

Effects of backward gait training protocol on knee adduction moment and impulse during walking in patients with medial knee osteoarthritis

Ali Jalalvand¹, Mehrdad Anbarian²

1. Assistant Professor, Department of Sport Biomechanics, Hamedan Branch, Islamic Azad University, Hamedan, Iran, (Corresponding Author), Tel: 081-34494005, Email: jalalvand_ali@yahoo.com. ORCID ID: 0000-0002-2574-823X

2. Professor, Department of Sport Biomechanics, Bu-Ali Sina University, Hamedan, Iran. ORCID ID: 0000-0002-1551-2573

ABSTRACT

Background and Aim: The aim of this study was to investigate the effects of backward gait training protocol on knee adduction moment and impulse in male patients with medial knee osteoarthritis.

Materials and Methods: This quasi-experimental study with a pretest-posttest design included two control groups (healthy and patient) and an experimental group (subjects with medial knee osteoarthritis). The subjects were 21 healthy men and 42 male patients with knee osteoarthritis who were divided into experimental and control groups according to the Kellgren and Lawrence radiologic scale and visual analogue scale. The experimental group performed backward gait training for six weeks. The dependent variables included 1st peak knee adduction moment, normalized 1st peak KAM, 2nd peak knee adduction moment and normalized 2nd peak KAM. A Vicon (130 Hz) motion analysis system with four T-Series cameras and two Kistler force plates (1000Hz) were used for data registration. Using Vicon Nexus 1.8.5 and polygon 4.1.2 softwares, data analysis was performed by paired sample t-test and one-way ANOVA ($p<0.05$).

Results: Before and after training, we found no significant differences between the patients with osteoarthritis and healthy subjects in regard to peak knee adduction moment ($P>0.05$). However, before training significant differences were observe in knee adduction moment impulse between the healthy subjects and patients ($P=0.014$, $P=0.004$). After exercise we found decreased mean value for normalized knee adduction moment impulse in the experimental group compared to that in the healthy control group ($p=0.067$).

Conclusion: Knee adduction moment impulse can be regarded as a predictive index with high sensitivity for evaluation of the severity of knee OA. Implementation of backward gait training protocol led to decreased knee adduction moment impulse in the experimental group.

Keywords: Knee osteoarthritis; Backward gait; Knee adduction moment; Impulse

Received: Jan 30,2019

Accepted: Oct 26,2019

How to cite the article: Ali Jalalvand, Mehrdad Anbarian. Effects of backward gait training on knee adduction moment and impulse during walking in patients with medial knee osteoarthritis. SJKU 2020; 24 (6): 106-119

Copyright © 2018 the Author (s). Published by Kurdistan University of Medical Sciences. This is an open access article distributed under the terms of the Creative Commons Attribution-Non Commercial License 4.0 (CC BY-NC), where it is permissible to download, share, remix, transform, and buildup the work provided it is properly cited. The work cannot be used commercially without permission from the journal

تأثیر پروتکل تمرینی گیت به عقب بر گشتاور اداکشنی و ایمپالس راه رفتن در افراد مبتلا به استئوآرتربیت زانو

علی جلالوند^۱، مهرداد عنبریان^۲

۱. استادیار بیومکانیک ورزشی، گروه تربیت بدنی و علوم ورزشی، دانشگاه آزاد اسلامی واحد همدان، همدان، ایران. تلفن ثابت: ۰۸۱-۳۴۴۹۴۰۵، پست الکترونیک:

jalalvand_ali@yahoo.com

۲. استاد بیومکانیک ورزشی، دانشکده تربیت بدنی و علوم ورزشی، دانشگاه بولعلی سینا، همدان، ایران. کد ارکید: ۰۰۰۰۰۰۲-۱۵۵۱-۲۵۷۳

چکیده

زمینه و هدف: هدف مطالعه تعیین تأثیر پروتکل تمرینی گیت به عقب بر گشتاور اداکشنی و ایمپالس راه رفتن در افراد مبتلا به استئوآرتربیت زانو بود.

روش بررسی: تحقیق از نوع نیمه تجربی و با یک طرح پیش آزمون - پس آزمون در دو گروه کنترل (سالم و بیمار) و یک گروه تجربی مورد بررسی و مقایسه قرار گرفت. آزمودنی‌ها ۲۱ نفر مرد سالم و ۴۲ نفر مرد بیمار مبتلا به استئوآرتربیت داخلی زانو بودند که بر اساس شاخص کلگرن-لورنس و شاخص بصری درد به ۲ گروه تجربی و کنترل بیمار تقسیم شدند. گروه تجربی به مدت شش هفته پروتکل تمرینی گیت به عقب را انجام دادند. متغیرهای وابسته تحقیق عبارت اند از: حداکثر گشتاور اداکشنی اولیه زانو، حداکثر گشتاور اداکشنی ثانویه زانو، گشتاور اداکشنی، ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو و پارامترهای نرم‌الایز شده هریک از این مؤلفه‌ها. اطلاعات کینماتیکی و کیتیکی راه رفتن به جلو با استفاده از دو صفحه نیروی kistler و Vicon ۴ دوربین پرسرعت ثبت و توسط نرم افزارهای Vicon Nexus 1.8.5، Polygon 4.1.2 تحلیل گردیدند. پس از جمع آوری داده‌ها از آزمون‌های آماری Δ همبسته و تحلیل واریانس یک طرفه جهت بررسی اختلاف‌ها استفاده گردید ($p < 0.05$).

یافته‌ها: اختلاف معنی‌داری قبل و بعد از تمرین بین حداکثر گشتاور اداکشنی اولیه و ثانویه بیماران مبتلا به استئوآرتربیت با افراد سالم مشاهده نشد ($P > 0.05$). ولی اختلاف معنی‌داری قبل از تمرین بین ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو بیماران مبتلا به استئوآرتربیت با افراد سالم وجود داشت و تفاوت میانگین‌ها حاکی از مقدار بالاتر این مؤلفه در افراد مبتلا به استئوآرتربیت است ($P = 0.04$) و ($P = 0.014$). در مورد اثر تمرین بر ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو نرم‌الایز شده نتایج حاکی از کاهش میانگین گروه تجربی بعد از تمرین در مقایسه با افراد سالم داشت ($P = 0.067$).

نتیجه‌گیری: ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو می‌تواند یکی از شاخص‌های پیشگویی کننده با حساسیت بالا به منظور برآورد شدت استئوآرتربیت تلقی شود. پروتکل گیت به عقب باعث کاهش ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو در گروه تجربی گردیده است.

کلمات کلیدی: استئوآرتربیت زانو، گیت به عقب، گشتاور اداکشنی، ایمپالس

وصول مقاله: ۹۷/۱۱/۱۰ اصلاحیه نهایی: ۹۸/۷/۱۹ پذیرش: ۹۸/۸/۴

آن بر می‌گردد(۷). در مفصل زانو در حالت نرمال میزان بار وارد بر کمپارتمان داخلی زانو در حالت ایستادن روی یک پا ۴ برابر بیشتر از زمانی است که فرد روی هر دو پا می‌ایستد. در زانوهایی که انحراف واروس دارند، طی راه رفتن بزرگی گشتاور واروس نسبت به والگوس به $\frac{3}{3}$ برابر می‌رسد(۸). در حال حاضر درمان قطعی برای استئوآرتربیت زانو وجود ندارد(۹) به دلیل آنکه مکانیسم ایجاد بیماری و پیشرفت آن هنوز به طور کامل شناخته نشده است؛ بنابراین هدف اصلی درمان بر کاهش نشانه‌ها و علائم بیماری متتمرکز شده است و در صورت امکان، کنکردن پیشرفت بیماری می‌تواند از اهداف درمانی باشد. درمان‌های موجود شامل درمان‌های کانسرواتیو مثل درمان‌های دارویی، اشکال مختلف فیزیوتراپی مثل گرماء، ماساژ، الکتروتراپی و تمرين درمانی و درمان‌های جراحی است(۱۰). اثرات بالینی مفید تمرينات در افراد مبتلا به استئوآرتربیت زانو بسته به شدت استئوآرتربیت از شدید تا خفیف متفاوت است؛ اما به هر حال تمرين درمانی به عنوان سنگبنای درمان‌های کانسرواتیو در نظر گرفته می‌شود(۱۱). هدف اصلی تمرين درمانی در این بیماران بهبود آسیب‌های جسمی همراه با استئوآرتربیت مثل قدرت عضلاتی، درد، دامنه حرکتی، حس عمقی، تعادل، تناسب قلبی عروقی و عملکردهای فیزیکی و کمک به داشتن نقش بهینه در اجتماع، خانواده، کار و فعالیت‌های تفریحی است(۱۲). از دیگر مزایای تمرين درمانی در این بیماران کاهش خطر افتادن، بهبود موبیلیتی، کاهش وزن بدن، بهبود وضعیت روانی و ناهنجاری‌های متابولیک است. طیف گسترده‌ای از تمرين درمانی برای مبتلایان به استئوآرتربیت در نظر گرفته می‌شود(۹). محتوای تمرينات داده شده به بیماران از ساده تا نسبتاً پیچیده متغير است. مطالعات بسیاری سطح فواید تمرين درمانی را مشابه با مصرف داروهای ضد التهابی غیراستروئیدی اما با اثرات جانبی کمتر عنوان کرده‌اند(۱۳). نتایج برعی از تحقیقات حاکی از کاهش درد و بهبود عملکرد جسمانی پس از تمرينات روتین داشت، و لیکن

مقدمه

استئوآرتربیت متداول‌ترین بیماری مفصلی در سرتاسر جهان است که سهم عمدہ‌ای در نقصان کیفیت زندگی و ناتوانی عملکردی ایفا می‌کند(۱). استئوآرتربیت یکی از متداول‌ترین مسائل مرتبط با سلامتی است که تبعات بهره‌وری در کار و هزینه‌های اقتصادی تحمیلی بر اجتماع را در پی دارد(۲). از مشخصه‌های این عارضه می‌توان به از بین رفتن غضروف مفصلی، باریک و کم شدن فضای مفصلی، درد و کاهش عملکرد را نام برد(۳). مطالعات بیومکانیکی استئوآرتربیت اندام تحتانی حاکی از آن است که تغییرات بیومکانیکی در یک مفصل می‌تواند مفاصل پیرامونی دیگر را تحت تأثیر قرار دهد(۱). متداول‌ترین علائم استئوآرتربیت درد مفصلی، محدودیت حرکتی، التهاب، سفتی و خشکی مفصلی می‌باشد(۴). شواهد به صراحت نشان می‌دهد که گشتاور اداکشنی با شدت استئوآرتربیت داخلی زانو ارتباط دارد، اگر چه یافن یک ارتباط علت و معلولی مشکل است. نتایج تحقیقات گشتاور اداکشنی زانو بالاتری در خلال راه رفتن در بیماران مبتلا به استئوآرتربیت زانو در مقایسه با افراد با زانوهای سالم نشان داده‌اند. فشار تماسی (بار تحمیلی) بر قسمت داخلی زانو با گشتاور اداکشنی زانو همبستگی و ارتباط بالایی دارد؛ بنابراین از گشتاور اداکشنی به عنوان یک شاخص فشار تماسی (بار تحمیلی) بر قسمت داخلی زانو استفاده می‌گردد(۵). با توجه به برسی‌ها و مطالعات انجام شده نخستین اوج گشتاور زانو در خلال راه رفتن یک پیشگویی کننده قوی از شدت و میزان پیشرفت استئوآرتربیت بخش داخلی زانو است(۶). افزایش گشتاور اداکشنی با باریک‌شدن فضای مفصلی زانو و افزایش درد زانو در ارتباط است(۵)، که چگونگی رخ دادن آن ناشناخته است. یک فرضیه احتمالی این است که گشتاورهای اداکشنی بالاتر در زانو از طریق تحمیل لود و بار بیش از حد به بخش داخلی زانو ممکن است میانجی درد زانو باشد. افزایش تحمیل بار بر کمپارتمان داخلی زانو به احتمال زیاد به ایجاد ترومما و کوفتگی استخوان تحت کندیلی با دردهای پس از

با استفاده از نرم افزار جی پاور نسخه {۳.۱.۲} برای آزمون آماری مربوطه با توان آماری 0.80^{*} ، اندازه اثر 0.80 و سطح آلفا 0.05 ، حجم نمونه تحقیق 21 نفر برای هر گروه محاسبه گردید(۱۹). پروتکل تمرینی گیت به عقب به عنوان متغیر مستقل در کمیته اخلاق در پژوهش دانشگاه علوم پزشکی همدان (شماره ۱۱۹۶/۹/۳۵/۱۶/پ) تصویب شد. معیارهای ورود بیماران به مطالعه شامل: نداشتن محدودیت برای ایستادن و راه رفتن، نداشتن علائم رادیولوژیک استئوآرتیت در زانو، درد و تندرنس در سمت داخلی مفصل، مردان دارای درد زانو به مدت 6 ماه یا بیشتر (نداشتن درد مزمن)، نبودن در مرحله حاد بیماری، عدم مصرف داروی تزریقی داخل مفصلی از 3 ماه قبل، عدم مصرف داروی خوراکی (ضد التهابی غیر استروئیدی) از یک هفته قبل از ورود به مطالعه، نداشتن سابقه ضربه، آسیب یا عمل جراحی و شکستگی در اندام تحتانی، عدم سابقه بیماری‌های تهدیدکننده مفصل (استئونکروز، دیابت، پوکی استخوان، آرتیت روماتوئید، بیماری عصی عضلانی، سابقه هر گونه علائمی از بیماری کلاژن واسکولار، آرتیت پسوریازی، آرتیت‌های ناشی از نقرس و شبه نقرس)، عدم سابقه طولانی مصرف داروی مؤثر بر سیستم عضلانی-اسکلتی و عدم اعتیاد بود. تمامی این موارد توسط متخصص در افراد مورد مطالعه بررسی گردید. همچنین آزمودنی‌ها بر اساس شاخص کلگرن و لورنس مبتلا به استئوآرتیت کمپارتمنت داخلی زانو درجات 2 و 3 بودند(۱۶). گروه همتای سالم از نظر سن، شاخص توده بدن و سطح فعالیت به صورت همسان‌سازی و متناسب با افراد مبتلا به استئوآرتیت انتخاب گردیدند.

ابزار و روش اجرا: برای اندازه گیری گشتاور اداکشنی و سطح زیر منحنی نیروهای عکس العمل (ایمپالس) از دو صفحه نیرو Kistler 400×600 میلی‌متر) با فرکانس نمونه‌برداری 1000 هرتز استفاده شد. اطلاعات با استفاده از فیلتر پایین گذر با ترورث با برش فرکانس 20 هرتز هموار گردیدند. همه مؤلفه‌های نیروی عکس العمل زمین به وزن و

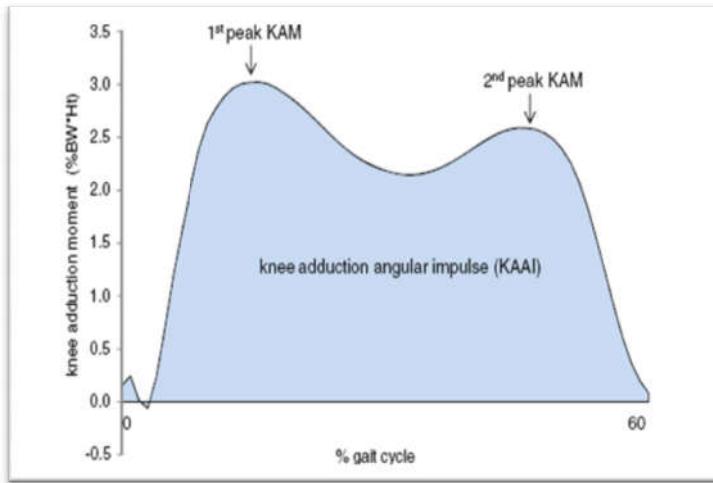
کاهش یا تغییری در گشتاور اداکشنی در افراد مبتلا به استئوآرتیت پس از این تمرینات گزارش نگردید(۱۴)، ولیکن به طور کلی انجام حرکات و تمرینات پویای روتین گیت به جلو برای افراد مبتلا به استئوآرتیت ناخوشایند و همراه با درد ادراکی است، لذا متخصصین بالینی بر تمرینات ایزو متیریک و غوطه‌وری در آب متمرکز گردیده‌اند. و این در حالی است که این تمرینات داینامیک نمی‌باشدند و به اندازه تمرینات داینامیک ممکن است باعث اثربخشی در ارتقاء کیفیت زندگی افراد مبتلا به استئوآرتیت زانو نگردد؛ بنابراین تمرینات داینامیکی همانند گیت به عقب که در هنگام اجرای آن درد ادراکی بیمار کاهش می‌یابد(۱۵) که می‌تواند مقدم بر سایر روش‌های تمرینی باشد. الگوهای گام‌برداری در گیت به عقب معکوس می‌گردد، لذا کاهش درد ادراکی حین این نوع پروتکل تمرینی ممکن است به خاطر نوبت بار و گشتاور اداکشنی به سمت کمپارتمنت خارجی تیبا باشد؛ بنابراین با توجه مستندات علمی اندک در مورد تأثیر گیت به عقب بر پارامترهای کینتیکی افراد مبتلا به استئوآرتیت، در این مطالعه تأثیر پروتکل تمرینی گیت به عقب بر تعديل و تغییر گشتاور اداکشنی و ایمپالس راه رفتن در افراد مبتلا به استئوآرتیت زانو، مورد بررسی قرار گرفت.

روش بررسی

این تحقیق از نوع نیمه تجربی و جامعه آماری این پژوهش را یک گروه تجربی (بیمار مبتلا به استئوآرتیت کمپارتمنت داخلی زانو) و دو گروه کنترل (سالم و بیمار مبتلا به استئوآرتیت کمپارتمنت داخلی زانو) تشکیل می‌دادند. بیماران مبتلا به استئوآرتیت کمپارتمنت داخلی زانو مراجعه کنندگان به کلینیک‌های درمانی - ارتوپدی شهر همدان بودند که شرایط ورود به مطالعه را دارا و داوطلبانه حاضر به شرکت در مطالعه بودند، گروه همتای سالم نیز از بین کارکنان دانشگاه انتخاب شدند.

شدند. نتایج حداکثر گشتاور اداکشنی در حین یک سیکل گام برداری به دو جزء تقسیم می‌گردد که با عنوانین زیر در این بخش توضیح داده می‌شود: قله اول (Peak1 KAM)، قله دوم (Peak2 KAM) (شکل ۱).

در صدی از وزن نرمال سازی گردیدند. مؤلفه‌های گشتاور اداکشنی، سطح زیر منحنی گشتاور اداکشنی (ایمپالس) هنگام راه رفتن با کمک نرم افزارهای Vicon Nexus و Visual3D v5 Polygon 4.1.2، 1.8.5 محاسبه



شکل ۱. اجزاء مختلف هر یک از مؤلفه‌های گشتاور اداکشنی، سطح زیر منحنی گشتاور اداکشنی در صفحه حرکتی فرونتال هنگام راه رفتن.

کشش عضلات مذکور انجام می‌شد. جزئیات اجرای پروتکل تمرینی گیت به عقب در سالن ورزشی به این صورت بود که افراد ابتدا ۳ ست اینتروالی رفت و برگشته ۲، ۴ و ۶ عرض سالن را انجام دادند، سپس ۲ ست ۲ و ۳ دقیقه‌ای گیت به عقب را اجرا می‌کردند. بعد از ۳ دقیقه‌ای تمرینات کششی افراد دو نوبت تمرینات قدرتی گیت به عقب را در انتهای پروتکل انجام دادند. شدت تمرینات از هفته دوم افزایش می‌یافتد. البته شدت این تمرینات با توجه به وضعیت هر کدام از بیماران تحت کنترل بود.

روش آماری: جهت بررسی نرمال بودن داده‌ها و امکان استفاده از آزمون‌های پارمتریک، از آزمون-Shapiro-Wilks استفاده شد. اعداد پرت، پس از شناسایی، از تحلیل آماری کنار گذاشته شدند. تجزیه و تحلیل داده‌ها با استفاده از آزمون‌های آماری t همبسته و تحلیل واریانس یک‌طرفه در نرم افزار SPSS Inc., Chicago,

پروتکل تمرینی گیت به عقب: پروتکل تمرینی گیت به عقب به مدت ۶ هفته (سه جلسه در هفته) اجرا گردید و قبل از شروع جلسات در یک جلسه توجیهی نحوه اجرای پروتکل تمرین درمانی گیت به عقب تشریح و از آزمودنی‌ها خواسته شد در صورت بروز احساس درد در جلسات مریبی را مطلع سازند تا شدت و نوع تمرینات با توجه به وضعیت افراد کنترل گردد. بعد از ۵ دقیقه گرم کردن عمومی افراد سه ست گیت به عقب (یک دقیقه راه رفتن و متعاقباً ۱۰ ثانیه دویدن آرام به عقب) را انجام دادند. هدف از این بخش پیش آمدگی آزمودنی‌ها بود. نحوه اجرای کلی پروتکل تمرین درمانی گیت به عقب به این صورت بود که قبل از اجرای پروتکل، گرم کردن عمومی شامل دویدن آرام، تمرینات کششی چهار سر رانی، همسترینگ و دو قلو به مدت پنج دقیقه انجام می‌گرفت. سپس اجرای پروتکل و در خاتمه مرحله سرد کردن همراه با

SPSS 20.0 (IL, USA) وسطح معناداری ($p < 0.05$)

صورت گرفت.

در خصوص متغیرهای دموگرافیک (سن، قد، وزن) آزمودنی‌ها، جدول ۱ نشان می‌دهد؛ تفاوت معنی‌داری بین قد، وزن و سن سه گروه از آزمودنی‌ها وجود نداشت و گروه‌ها همگن بودند ($p > 0.05$).

جدول ۱. ویژگی‌های آزمودنی‌های شرکت کننده در مطالعه

| P | گروه سالم | گروه تجربی | گروه کنترل | متغیرها |
|-------|--------------|---------------|--------------|----------------|
| ۰/۲۵۶ | ۶۲/۶۰ ± ۸/۵۳ | ۵۴/۳۳ ± ۱۲/۰۶ | ۵۹/۱۶ ± ۸/۲۸ | سن (سال) |
| ۰/۹۶۹ | ۱۶۷ ± ۶/۴۶ | ۱۶۸ ± ۷/۱۱ | ۱۷۰ ± ۵/۶۰ | قد (سانتی متر) |
| ۰/۷۸۷ | ۸۱/۸۰ ± ۱۳ | ۷۲ ± ۹/۵۰ | ۷۶/۱۶ ± ۸/۴۷ | جرم (کیلو گرم) |

اولیه و ثانویه بیماران مبتلا به استئوآرتیت با افراد سالم وجود نداشت ($P > 0.05$). نتایج نرمالایز شده حداکثر گشتوار اداکشنی اولیه و ثانویه نیز در گروه‌های تجربی و کنترل استئوآرتیتی در مقایسه با گروه سالم حین راه رفتن در قبل و بعد از تمرین درمانی اختلاف معنی‌داری را نشان نداد ($P > 0.05$). همچنین مشاهده گردید؛ اختلاف معنی‌داری قبل و بعد از تمرین بین حداکثر گشتوار اداکشنی اولیه و ثانویه بیماران مبتلا به استئوآرتیت با افراد سالم وجود نداشت ($P > 0.05$ ، ولی تمایل به معنی‌داری مشاهده شد ($P = 0.051$ و $P = 0.053$).

نتایج حداکثر گشتوار اداکشنی اولیه زانو (نیوتون متر بر وزن بدن)، حداکثر گشتوار اداکشنی اولیه نرمالایز شده، حداکثر گشتوار اداکشنی ثانویه زانو (نیوتون متر بر وزن بدن)، حداکثر گشتوار اداکشنی ثانویه نرمالایز شده، میانگین گشتوار اداکشنی (نیوتون متر بر وزن بدن)، ایمپالس گشتوار اداکشنی زانو (نیوتون متر در ثانیه بر وزن بدن)، ایمپالس گشتوار اداکشنی زانو نرمالایز شده ($Nm.sec/BW*HT\%$) قبل و بعد از تمرین در جدول ۲ ارائه شده است. همان‌طوری که مشاهده می‌شود اختلاف معنی‌داری قبل و بعد از تمرین بین حداکثر گشتوار اداکشنی

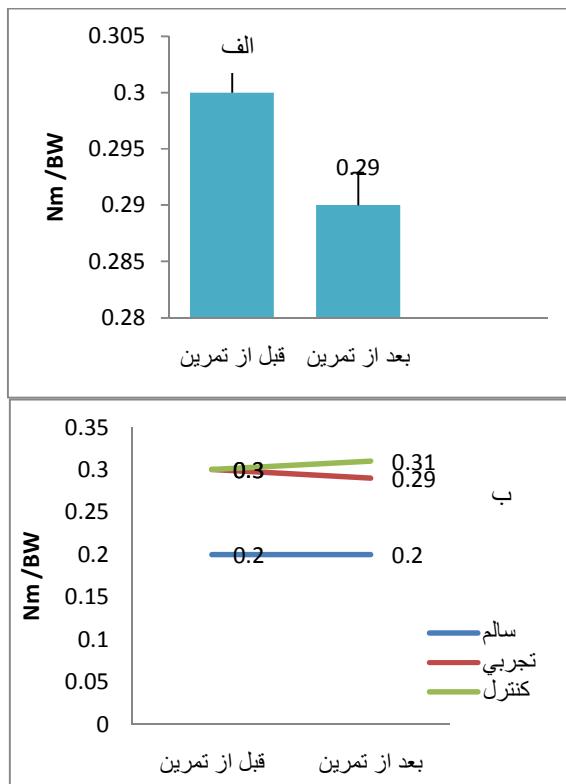
جدول ۲. میانگین و انحراف استاندارد گشتوارهای اداکشنی زانو (نیوتون متر بر وزن بدن) در گروه‌های تجربی و کنترل استئوآرتیتی در مقایسه با گروه سالم حین راه رفتن در قبل و بعد از تمرین درمانی

| P value post t. | P value pre t. | گروه کنترل | گروه تجربی | گروه سالم | مدخله | متغیر |
|-------------------------|----------------|------------|------------|------------|-------|--------------------|
| E&C=۰/۱۳۳ | E&C=۰/۹۳۰ | ۰/۶۳±۰/۱۸ | ۰/۵۹±۰/۰۵ | ۰/۵۲±۰/۱۶ | قبل | حداکثر گشتوار |
| N&E=۰/۸۷۹ | N&E=۰/۳۹۹ | | | | | اداکشنی اولیه |
| N&C=۰/۳۰۷ | N&C=۰/۲۲۱ | ۰/۶۲±۰/۰۷۹ | ۰/۵۰±۰/۱۷ | | بعد | زانو (Nm/BW) |
| Group E(Pre&post)=۰/۰۸۸ | | | | | | |
| E&C=۰/۳۲۴ | E&C=۰/۷۳۹ | ۳/۵۰±۰/۰۹۸ | ۳/۶۲±۰/۰۵۲ | | قبل | حداکثر گشتوار |
| N&E=۰/۷۶۱ | N&E=۰/۱۴۱ | | | | | اداکشنی اولیه زانو |
| N&C=۰/۲۸۶ | N&C=۰/۲۰۳ | ۳/۴۹±۰/۰۹۴ | ۳/۲۵±۱/۰۲ | ۲/۸۷±۰/۰۸۰ | بعد | (Nm/BW*HT %) |
| Group E(Pre&post)=۰/۲۲۳ | | | | | | |
| E&C=۰/۲۷۰ | E&C=۰/۰۹۰ | ۰/۴۴±۰/۰۱۲ | ۰/۳۶±۰/۰۰۶ | ۰/۳۷±۰/۰۰۶ | قبل | حداکثر گشتوار |
| N&E=۰/۸۷۱ | N&E=۰/۷۹۱ | | | | | |

| | | | | | | |
|-------------------------|-----------|-----------|-----------|------------|-----|------------------------------|
| N&C=۰/۴۹۰ | N&C=۰/۲۸۷ | | | | | اداکشنی ثانویه زانو (Nm/BW) |
| Group E(Pre&post)=۰/۹۹۰ | | ۰/۴۳±۰/۱۴ | ۰/۳۶±۰/۲۰ | | بعد | |
| E&C=۰/۲۵۹ | E&C=۰/۶۲۰ | ۲/۶۶±۰/۶۳ | ۲/۷۸±۰/۳۶ | | قبل | حداکثر گشتاور |
| N&E=۰/۷۹۱ | N&E=۰/۱۷۹ | | | ۲/۳۴±۰/۴۷ | بعد | اداکشنی ثانویه زانو (Nm /BW) |
| N&C=۰/۵۴۴ | N&C=۰/۳۰۸ | ۲/۷۱±۰/۷۶ | ۲/۲۲±۱/۲۱ | | | /BW*HT %) |
| Group E(Pre&post)=۰/۱۶۷ | | | | | | |
| E&C=۰/۹۶۲ | E&C=۰/۹۱۶ | ۰/۳۰±۰/۰۸ | ۰/۳۰±۰/۰۸ | ۰/۲۰±۰/۰۳ | قبل | گشتاور اداکشنی (Nm /BW) |
| N&E=۰/۱۳۳ | N&E=۰/۰۵۱ | | | | | |
| N&C=۰/۱۱۴ | N&C=۰/۰۵۳ | ۰/۳۱±۰/۰۵ | ۰/۲۹±۰/۱۲ | | بعد | |
| Group E(Pre&post)=۰/۸۹۸ | | | | | | |
| E&C=۰/۳۱۰ | E&C=۰/۵۳۸ | ۰/۴۹±۰/۱۵ | ۰/۴۵±۰/۹۴ | ۰/۲۶±۰/۰۱۶ | قبل | ایمپالس گشتاور |
| N&E=۰/۰۴۷ | N&E=۰/۰۱۴ | | | | | اداکشنی زانو |
| N&C=۰/۰۰۷ | N&C=۰/۰۰۴ | ۰/۴۸±۰/۱۸ | ۰/۴۳±۰/۱۳ | | بعد | (Nm sec /BW) |
| Group E(Pre&post)=۰/۳۵۱ | | | | | | |
| E&C=۰/۳۱۵ | E&C=۰/۹۵۶ | | | | قبل | ایمپالس گشتاور |
| N&E=۰/۰۶۷ | N&E=۰/۰۰۶ | ۲/۹۵±۰/۷۹ | ۲/۹۵±۰/۴۹ | | | اداکشنی زانو |
| N&C=۰/۰۱۱ | N&C=۰/۰۰۵ | ۲/۹۴±۰/۵۷ | ۲/۶۱±۰/۷۵ | ۱/۷۷±۰/۲۵ | بعد | (Nm.sec/BW* HT %) |
| Group E(Pre&post)=۰/۰۴۶ | | | | | | |

E: گروه تجربی، C: گروه کنترل، N: گروه سالم، P value pre t: P value post t: نفاوت بین سه گروه بعد از تمرين، Group E(Pre&post): نفاوت قبل و بعد از تمرين در گروه تجربی.

نتایج حاصله می تواند مؤید حساسیت بیشتر این شاخص (گشتاور اداکشنی زانو) نسبت به شاخص های حداکثری در افراد مبتلا به استئوآرتیزیت زانو باشد (نمودار ۱).



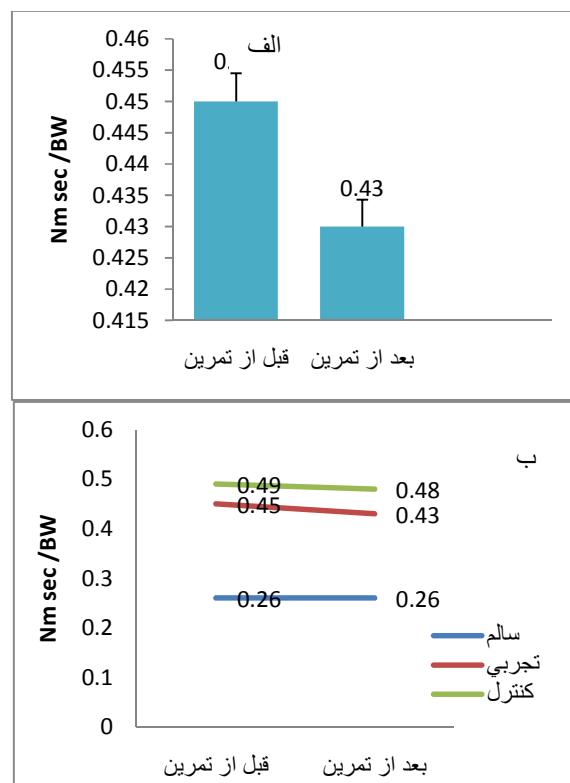
نمودار ۱. (الف) تمايل به معنی داری میانگین گشتاور اداکشنی زانو بین گروه سالم با گروه های بیمار قبل از تمرین، (ب) اثر غیر معنی دار درون گروهی تمرین بر میانگین گشتاور اداکشنی

شده اختلاف معنی داری را بین بیماران مبتلا به استئوآرتیت با افراد سالم نشان داد و تفاوت میانگین ها حاکی از مقدار بالاتر این مؤلفه در افراد مبتلا به استئوآرتیت بود ($P < 0.05$)؛ بنابراین نتایج ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو نرمالایز شده می تواند یکی از شاخص های پیشگویی کننده با حساسیت بسیار بالا به منظور برآورد شدت استئوآرتیت تلقی گردد.

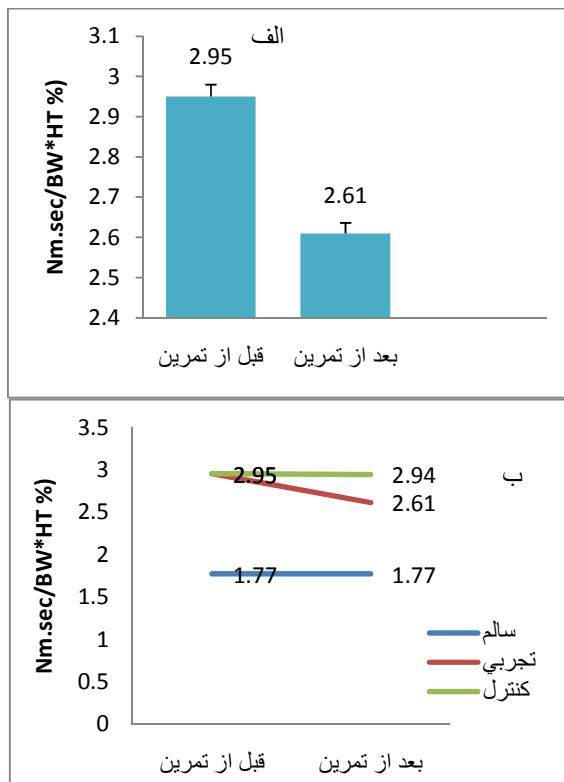
در مورد اثر تمرین بر این مؤلفه نتایج حاکی از کاهش میانگین گروه تجربی بعد از تمرین در مقایسه با افراد سالم داشت که منجر به عدم اختلاف معنی دار میانگین گروه تجربی در مقایسه با گروه سالم گردیده است ($P > 0.05$) (نمودار ۳).

همان طوری که در جدول ۲ مشاهده گردید؛ اختلاف معنی داری قبل از تمرین بین ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو بیماران مبتلا به استئوآرتیت با افراد سالم وجود داشت و تفاوت میانگین ها حاکی از مقدار بالاتر این مؤلفه در افراد مبتلا به استئوآرتیت بود ($P < 0.05$)؛ لذا این مؤلفه های می توانند یکی از شاخص های پیشگویی کننده با حساسیت بالا به منظور برآورد شدت استئوآرتیت تلقی گردد. در مورد اثر تمرین بر این مؤلفه نتایج حاکی کاهش میانگین گروه تجربی بعد از تمرین در مقایسه با افراد سالم داشت و لیکن نتایج همچنان معنی دار بود (نمودار ۲).

نتایج به دست آمده در جدول ۲ همچنین حاکی از آن است که بعد از نرمال سازی ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو حساسیت اختلاف معنی داری بین گروه های استئوآرتیتی و سالم بیشتر گردید و ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو نرمالایز



نمودار ۲. الف) تفاوت معنی دار ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو بین گروه سالم با گروه های بیمار قبل و بعد از تمرین ($P < 0.05$)، ب) اثر غیر معنی دار درون گروهی تمرین بر ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو.



نمودار ۳. (الف) اثر معنی دار بین گروهی تمرین بر ایمپالس گشتاور اداکشنی نرمالایز شده زانو ($P<0.05$)، (ب) اثر معنی دار درون گروهی تمرین بر ایمپالس گشتاور اداکشنی نرمالایز شده زانو ($P<0.05$).

افزایش اوج گشتاور اداکشنی زانو است. در تحقیقی گشتاور زانو بین دو گروه استئوآرتربیتی با اختلال و بدون اختلال راه رفتن تفاوت معنی داری را نشان داد(۱۸)، لذا این پارامتر می تواند تبیین کننده شدت و میزان پیشرفت استئوآرتربیت بخش داخلی زانو باشد. نتایج به دست آمده از این تحقیق عدم اختلاف بین افراد مبتلا به استئوآرتربیت و سالم را که مبنی حساسیت پایین این شاخص در ارزیابی گیت پاتولوژیک این بیماران است را نشان داد که مفروضات احتمالی نتایج حاصله به شرح زیر است. Uhlrich و همکاران (۲۰۱۸) نشان داده اند که تغییر زاویه پیشرفت پا یا به عبارتی چرخش پا به سمت پیرون (Toe out) و داخل (Toe in) هنگام راه رفتن باعث کاهش ۲۰-۵۰٪ درصدی گشتاور اداکشنی می گردد. لذا یکی از دلایل احتمالی این

بحث

نتایج حاصل از مطالعه توسط نرم افزارهای تحلیلی حاکی از آن است که اختلاف معنی داری قبل و بعد از تمرین بین حداقل گشتاور اداکشنی اولیه و ثانویه بیماران مبتلا به استئوآرتربیت با افراد سالم وجود ندارد ($P>0.05$). نتایج نرمالایز شده حداقل گشتاور اداکشنی اولیه و ثانویه نیز در گروههای تجربی و کنترل استئوآرتربیتی در مقایسه با گروه سالم حین راه رفتن در قبل و بعد از تمرین درمانی نیز اختلاف معنی داری را نشان نداد ($P>0.05$).

نتایج مطالعه Mundermann و همکاران (۲۰۰۴) مؤید آن است که نخستین اوج گشتاور زانو در خلال راه رفتن یک پیشگویی کننده قوی از شدت و میزان پیشرفت استئوآرتربیت بخش داخلی زانو است (۱۷) و یکی از مهم ترین تغییرات کینتیکی مشهود در افراد استئوآرتربیت

منظور برآورد شدت استئوآرتربیت تلقی گردد. در مورد اثر تمرين بر اين مؤلفه نتایج حاکی از کاهش میانگین گروه تجربی بعد از تمرين در مقایسه با افراد سالم داشت ولیکن نتایج همچنان معنی دار بود.

هم راستا با تیجه به دست آمده محققین با اندازه گیری گشتاور اداکشنی زانو و ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو، نیروی کمپرسنی تحمل شده به کمیارتمت داخی زانو در خلال راه رفتن را برآورد نموده اند که نتایج حاکی از افزایش این مؤلفه ها در افراد مبتلا به استئوآرتربیت داخلی زانو داشت (۱۴). نتایج حاکی از آن است که بعد از نرمال سازی ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو حساسیت اختلاف معنی داری بین گروه های استئوآرتربیت و سالم بیشتر گردید و ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو نرمالایز شده اختلاف معنی داری را بین بیماران مبتلا به استئوآرتربیت با افراد سالم نشان داد و تفاوت میانگین ها حاکی از مقدار بالاتر این مؤلفه در افراد مبتلا به استئوآرتربیت بود ($P<0.05$)؛ بنابراین نتایج ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو نرمالایز شده می تواند یکی از شاخص های پیشگویی کننده با حساسیت بسیار بالا به منظور برآورد شدت استئوآرتربیت تلقی گردد.

در مورد اثر تمرين بر اين مؤلفه نتایج حاکی از کاهش میانگین گروه تجربی بعد از تمرين در مقایسه با افراد سالم داشت که منجر به عدم اختلاف معنی دار میانگین گروه تجربی در مقایسه با گروه سالم گردیده است. محققین در یک تحقیق به بررسی ارتباط بین ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو و حداکثر گشتاور اداکشنی با میزان از دست دادن غضروف مفصلی در یک دوره یک ساله در ۱۴۴ بیمار مبتلا به استئوآرتربیت اولیه زانو پرداختند. آن ها ارتباطی را بین میزان از دست دادن غضروف و حداکثر گشتاور اداکشنی به دست نیاوردن و لیکن یک ارتباط قوی بین ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو و میزان از دست دادن غضروف مفصلی را نشان دادند (۲۶). در دیگر تحقیقات نیز ارتباط مثبت و قوی ای بین ایمپالس گشتاور اداکشنی و شدت

مغایرت ممکن است به خاطر عدم کنترل زاویه پیشرفت هنگام اخذ تریال های گیت می تواند باشد (۱۹). نتایج مطالعه Hurwitz و همکاران (۲۰۰۰) نیز نشان داد درد زانو منجر به اخذ استراتژی های جبرانی مثل خم کردن تنہ، چرخش پابه سمت بیرون (Toe out) و کاهش سرعت گیت به منظور کاهش گشتاور اداکشنی (اوج گشتاور اداکشنی) می گردد (۲۰). از پیامدهای این انطباق و تأثیر این عارضه بر مفاصل مجاور زانو می توان به ضعف عضلات دور کننده ران و کمر درد در افراد مبتلا به استئوآرتربیت زانو اشاره کرد که لزوم بررسی های بیشتر در این موارد را نمایان می سازد (۲۱). نتایج حاصل از این تحقیق نشان داد که اختلاف معنی داری قبل و بعد از تمرين بین حداکثر گشتاور اداکشنی اولیه و ثانویه بیماران مبتلا به استئوآرتربیت با افراد سالم وجود ندارد ($P>0.05$)، ولی نتایج میانگین گشتاور اداکشنی قبل از تمرين حاکی از تمایل به معنی داری داشت ($P=0.053$ و $P=0.051$). لذا نتایج به دست آمده ممکن است مؤید حساسیت بیشتر این شاخص نسبت به شاخص های حداکثری در افراد مبتلا به استئوآرتربیت زانو باشد.

Iijima و همکاران (۲۰۱۹) در مطالعه خود عنوان کردند که با افزایش بیماری، گشتاور اداکشن زانو در برخی از قسمت های سیکل راه رفتن افزایش پیدا می کند که این افزایش گشتاور خود باعث پیشرفت بیماری می شود (۲۲). نتایج بسیاری از تحقیقات مؤید گشتاور غیر طبیعی در بیماران مبتلا به استئوآرتربیت است که آن را با افزایش و پیشرفت استئوآرتربیت، درد و تغییرات ساختاری مرتبط دانسته اند (۲۳-۲۵).

نتایج حاصل از این تحقیق نشان داد که اختلاف معنی داری قبل از تمرين بین ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو بیماران مبتلا به استئوآرتربیت با افراد سالم وجود دارد و تفاوت میانگین ها حاکی از مقدار بالاتر این مؤلفه در افراد مبتلا به استئوآرتربیت است ($P<0.05$)؛ ولذا این مؤلفه می تواند یکی از شاخص های پیشگویی کننده با حساسیت بالا به

چهار سر و همسرتینگ به عنوان علت بار بیش از حد مفصلی در بیماران یک طرفه و دو طرفه استئوآریتی زانو صورت گیرد و تأثیر شیوه و روش‌های درمان ترکیبی (همراه با کفی با گوه خارجی و ...) مورد بررسی قرار گیرد. محدودیت‌ها: محدود کردن جامعه مورد تحقیق به بیماران مرد مبتلا به استئوآرتریت زانو، عدم کنترل سرعت گیت هنگام اخذ تریال‌ها (به دلیل تأثیر آن بر گشتاورهای اداکشنی زانو)، عدم کنترل زاویه پیشرفت پا هنگام اخذ تریال‌ها (به دلیل تأثیر آن بر گشتاورهای اداکشنی زانو).

تشکر و قدردانی

مؤلفین این مقاله تشکر صمیمانه خود را به خاطر همکاری بیماران مبتلا به استئوآرتریت زانو اظهار می‌نمایند. همچنین از دانشگاه آزاد اسلامی واحد همدان به خاطر در اختیار گذاردن آزمایشگاه بیومکانیک تقدیر به عمل می‌آید.

اخلاق در انتشار: پروتکل تمرینی گیت به عقب در کمیته اخلاق در پژوهش دانشگاه علوم پزشکی همدان (شماره ۱۹۶/۳۵/۹/۱۶) تصویب گردید.

استئوآرتریت گزارش گردیده است (۲۷). لذا با توجه همخوانی و تطابق نتیجه به دست آمده از تحقیق صورت گرفته و تحقیق حاضر می‌توان گفت که این شاخص بیومکانیکی از حساسیت بالایی برای تفکیک پذیری افراد مبتلا به استئوآرتریت زانو بروخوردار است (۲۸) و نتیجه اثر تمرین از نظر کلینیکی مؤید اثربخشی پروتکل گیت به عقب بر این مؤلفه پاتولوژیک بیماران مبتلا به استئوآرتریت زانو بوده است.

نتیجه‌گیری

حداکثر گشتاور اداکشنی اول و دوم حساسیت تفکیک پذیری پایینی دارند. ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو می‌تواند یکی از شاخص‌های پیشگویی کننده با حساسیت بالا به منظور برآورد شدت استئوآرتریت تلقی گردد که با نرمالایز کردن حساسیت آن افزایش می‌یابد. پروتکل گیت به عقب، باعث کاهش ایمپالس گشتاور اداکشنی زانو در گروه تجربی گردیده است. همچنین توصیه می‌شود؛ گرفتن تریال‌هایی با گیت چرخش پا به بیرون و داخل (Toe in-out) و تحقیق مشابهی بر روی هم انقباضی بین عضلات

References

1. Farkas GJ, Schlink BR, Fogg LF, Foucher KC, Wimmer MA, Shakoor N. Gait asymmetries in unilateral symptomatic hip osteoarthritis and their association with radiographic severity and pain. *HIP INT*. 2019;29(2):209-14.
2. Østerås N, Risberg MA, Kvien TK, Engebretsen L, Nordsletten L, Bruusgaard D, et al. Hand, hip and knee osteoarthritis in a Norwegian population-based study-The MUST protocol. *BMC Musculoskeletal Disord*. 2013;14(1):201.
3. Liikavainio T. Biomechanics of gait and physical function in patients with knee osteoarthritis. *Diagnosis and treatment of knee osteoarthritis* 2th ed Finland: Publication of the University of Eastern Finland. 2010:15-30.
4. Verlaan L, Boeksteijn R, Oomen P, Liu W, Peters M, Emans P, et al. Knee adduction moments are not increased in obese knee osteoarthritis patients during stair negotiation. *Gait & posture*. 2019;73:154-60.
5. Tsukagoshi R, Goto M, Senoo H, Honda R. Influence of foot progression angle on knee adduction and flexion moment during stair climbing in healthy individuals. *Gait & posture*. 2019;71:163.

- 6.Mündermann A, Dyrby CO, Andriacchi TP. Secondary gait changes in patients with medial compartment knee osteoarthritis: increased load at the ankle, knee, and hip during walking. *Arthritis Rheum.* 2005;52(9):2835-44.
- 7.Abdallah AA, Radwan AY. Biomechanical changes accompanying unilateral and bilateral use of laterally wedged insoles with medial arch supports in patients with medial knee osteoarthritis. *Clin Biomech.* 2011;26(7):783-9.
- 8.hip Rftmmoot, update k. American College of Rheumatology Subcommittee on Osteoarthritis Guidelines. *Arthritis Rheum.* 2000;43:1905-15.
- 9.Bennell KL, Hinman RS. A review of the clinical evidence for exercise in osteoarthritis of the hip and knee. *J Sci Med Sport.* 2011;14(1):4-9.
- 10.Reid DA, McNair PJ. Effects of an acute hamstring stretch in people with and without osteoarthritis of the knee. *J Physiother.* 2010;96(1):14-21.
11. Farr JN, Going SB, Lohman TG, Rankin L, Kasle S, Cornett M, et al. Physical activity levels in patients with early knee osteoarthritis measured by accelerometry. *Arthritis Care Res.* 2008;59(9):1229-36.
- 12.Sekir U, Gur H. A multi-station proprioceptive exercise program in patients with bilateral knee osteoarthritis: functional capacity, pain and sensorimotor function. A randomized controlled trial. *J Sports Sci Med.* 2005;4(4):590-603.
- 13.Zhang Y, Jordan JM. Epidemiology of osteoarthritis. *Clin. Geriatr. Med.* 2010;26(3):355-69.
14. Selistre LFA, Gonçalves GH, Nakagawa TH, Petrella M, Jones RK, Mattiello SM. The role of hip abductor strength on the frontal plane of gait in subjects with medial knee osteoarthritis. *Physiother Res Int.* 2019:e1779.
- 15.Khyatee MK, Gupta S. Retrotreadmill walking as a rehabilitative tool in knee pain and quadriceps insufficiency. *IJSTR.* 2013;2(4).
- 16.Schiphof D, Boers M, Bierma-Zeinstra SM. Differences in descriptions of Kellgren and Lawrence grades of knee osteoarthritis. *Ann Rheum Dis.* 2008;67(7):1034-6.
17. Mündermann A, Dyrby CO, Hurwitz DE, Sharma L, Andriacchi TP. Potential strategies to reduce medial compartment loading in patients with knee osteoarthritis of varying severity: reduced walking speed. *Arthritis Rheum.* 2004;50(4):1172-8.
- 18.Na A, Piva SR ,Buchanan TS. Influences of knee osteoarthritis and walking difficulty on knee kinematics and kinetics. *Gait & posture.* 2018;61:439-44.
19. Uhlrich SD, Silder A, Beaupre GS, Shull PB, Delp SL. Subject-specific toe-in or toe-out gait modifications reduce the larger knee adduction moment peak more than a non-personalized approach. *J Biomech.* 2018;66:103-10.
20. Hurwitz D, Ryals A, Block J, Sharma L, Schnitzer T, Andriacchi T. Knee pain and joint loading in subjects with osteoarthritis of the knee. *J Orthop Res.* 2000;18(4):572-9.
21. Iijima H, Shimoura K, Ono T, Aoyama T, Takahashi M. Proximal gait adaptations in individuals with knee osteoarthritis: A systematic review and meta-analysis. *J Biomech.* 2019;87:127-41.

22. Astephens JL, Deluzio KJ, Caldwell GE, Dunbar MJ. Biomechanical changes at the hip, knee, and ankle joints during gait are associated with knee osteoarthritis severity. *J Orthop Res.* 2008;26(3):332-41.
23. Kito N, Shinkoda K, Yamasaki T, Kanemura N, Anan M, Okanishi N, et al. Contribution of knee adduction moment impulse to pain and disability in Japanese women with medial knee osteoarthritis. *Clin Biomech.* 2010;25(9):914-9.
24. Bennell KL, Creaby MW, Wrigley TV, Bowles K-A, Hinman RS, Ciccuttini F, et al. Bone marrow lesions are related to dynamic knee loading in medial knee osteoarthritis. *Ann Rheum Dis.* 2010;69(6):1151-4.
25. Hurwitz DE, Sumner DR, Block JA. Bone density, dynamic joint loading and joint degeneration. *Cells Tissues Organs.* 2001;169(3):201-9.
26. Bennell KL, Bowles K-A, Wang Y, Ciccuttini F, Davies-Tuck M, Hinman RS. Higher dynamic medial knee load predicts greater cartilage loss over 12 months in medial knee osteoarthritis. *Ann Rheum Dis.* 2011;70(10):1770-4.
27. Kwon SB, Ro D, Song M, Han H-S, Lee M, Kim H. Identifying key gait features associated with the radiological grade of knee osteoarthritis. *Osteoarthr Cartil.* 2019.
28. Wang S, Chan KH, Lam RH, Yuen DN, Fan CK, Chu TT, et al. Effects of foot progression angle adjustment on external knee adduction moment and knee adduction angular impulse during stair ascent and descent. *Hum Mov Sci.* 2019;64:213-20.