

طب ورزشی _ بهار و تابستان ۱۳۹۰
شماره ۶ - ص ص : ۵۴ - ۳۹
تاریخ دریافت : ۳۰ / ۱۱ / ۸۹
تاریخ تصویب : ۲۰ / ۰۱ / ۹۰

مطالعه الکتروموایوگرافی خستگی‌پذیری عضلات کمر و ران در ورزشکاران مبتلا به کمردرد

۱. مسعود خرسندي کلور^۱، ۲. علی اصغر نورسته^۲، ۳. حسن دانشمندي^۳

۱. کارشناس ارشد دانشگاه گیلان، ۲. دانشیار دانشگاه گیلان، ۳. استادیار دانشگاه گیلان

چکیده

در پژوهش حاضر، دو گروه ورزشکاران مبتلا به کمردرد مزمن غیراختصاصی (۱۵ نفر با میانگین سنی ۲۴/۰۶ سال) و ورزشکاران سالم (۱۵ نفر با میانگین سنی ۲۴/۰۶ سال) از دو رشته کشتی و فوتبال شرکت کردند. زمان استقامت در ورزشکاران دچار کمردرد مزمن به طور معنی‌داری کمتر و شبیه فرکانس میانه بیشتر بود (۰/۰۵)، که نشان‌دهنده خستگی‌پذیری بیشتر در این گروه است. آنالیز همبستگی نشان داد که بین زمان استقامت و BMI همبستگی مشت معتبر معنی‌داری در گروه کمردرد وجود دارد (۰/۶۱ =). وزن و BMI نیز همبستگی مشت متوسط تا قوی معنی‌داری با شبیه فرکانس میانه عضلات ارکتوراسپین در هر دو گروه داشتند (۰/۷۶ = ۰/۶۲). پیشنهاد می‌شود ورزشکاران در برنامه‌های تمرینی خود به بهبود استقامت عضلات اکستنسور کمر و ران توجه بیشتری داشته باشند و کاهش وزن را به عنوان راهکاری احتمالی در پیشگیری از رخداد مجدد کمردرد در آینده مورد توجه قرار دهد.

واژه‌های کلیدی

ورزشکار، کمردرد، فرکانس میانه، ویژگی‌های آنتروپومتریکی، خستگی‌پذیری.

مقدمه

کمردرد^۱، یکی از شایع‌ترین مشکلات سلامتی در کشورهای صنعتی است و تقریباً بیش از ۸۰ درصد افراد دست کم یک بار کمردرد را در طول عمر خود تجربه می‌کنند. میزان کمردرد در میان ورزشکاران، در دامنه ۱ تا بیش از ۳۰ درصد گزارش شده و متأثر از نوع ورزش، جنس، شدت تمرین، تناوب تمرین و تکنیک است (۱۴).

ارتباط بین استقامت عضلات کمر و کمردرد به موضوعی متناول در پژوهش‌های بالینی تحلیل شده است. آزمون‌های استقاماتی استاتیک ساده همچون آزمون بیرینگ سورنسن^۲ (۱) در تمایز بین بیماران دچار کمردرد و افراد سالم مفید بوده‌اند (۶ و ۷). داشتن سابقه کمردرد و کوتاه‌تر بودن زمان استقامت در حین تمرین یا فعالیت، به یکدیگر مرتبط‌اند و عضلات اکستنسور کمر و ران را به چالش می‌کشند. روش‌های پیچیده‌تری نیز وجود دارند که در آن از آنالیز الکترومایوگرافیک^۳ عضلات اکستنسور پشت بهمنظور ارزیابی خستگی در عضلات استفاده می‌شود (۱۰ و ۱۱). در این‌گونه مطالعات، ارتباطات بین زمان استقامت کوتاه‌تر عضلات اکستنسور با کاهش سریع‌تر فرکانس میانه الکترومایوگرافی مشاهده شده است که خستگی‌پذیری بیشتر عضلات اکستنسور کمر را در افراد دچار کمردرد تأیید می‌کند.

از آزمون بیرینگ سورنسن به شکل‌های مختلفی در تحقیقات استفاده شده که تفاوت‌های اجرایی در وضعیت قرارگیری بازوها، تعداد استرپ‌ها (یا بدون استرپ) و ملاک‌های نتیجه‌گیری است. مجموع این تغییرات به عنوان آزمون‌های اصلاح‌شده سورنسن معروفی شده که به‌طور کلی برای افراد دچار کمردرد و سالم ایمن تلقی شده است (۱، ۱۰ و ۱۱). در حالی که برای حفظ اندام فوقانی در وضعیت افقی در افراد سالم هنگام اجرای آزمون سورنسن، به نیرویی کمتر از فعال‌سازی ایزومتریک ارادی بیشینه^۴ (MVIA) نیاز است (۱۰). میزان اعمال این نیرو در افراد دچار کمردرد مزمن به حدود ۸۵ درصد فعال‌سازی ایزومتریک آزادی بیشینه افزایش می‌یابد (۱۱). آزمون اصلاح‌شده بیرینگ سورنسن به‌طور کلی برای ارزیابی عملکرد عضلات ناحیه کمر و ارتباط معنی‌داری بین زمان

1 - Low back pain

2 - Biering Sorensen test

3 - Electromyographic (EMG)

4 - Maximum voluntary isometric activation

استقامت آزمون و شبیه فرکانس میانه عضلات دوسرانی مشاهده شده است (۱). به نظر می‌رسد عضلات دیگری غیر از ارکتور اسپین^۱ در خستگی کمر دخالت داشته باشند.

ارزیابی خستگی عضلات کمر، در غربالگری، ارگونومی، توانبخشی و حتی پیش‌بینی رخداد کمردرد در آینده کاربرد دارد. خستگی عضلانی «کاهش گذرا در ظرفیت انجام کار»، «اختلال در بازده نیرو» که به کاهش عملکرد منجر می‌شود، یا «کاهش ظرفیت تولید نیروی عضلانی» تعریف می‌شود (۳). در حین انقباض‌های ایزوومتریک طولانی مدت با شدت زیربیشینه، بدون کاهش قابل مشاهده در تولید نیروی هدف نیز خستگی تجربه شده است. این نوع خستگی، «اختلال حاد در عملکرد، به دنبال افزایش تلاش درک شده مورد نیاز برای اعمال نیروی مطلوب و ناتوانی احتمالی در تولید این نیرو» تعریف می‌شود (۳). تمامی این تعریف‌ها اشاره به این دارد که آثار خستگی ممکن است ناشی از عوامل خطرزای مرتبط با کمردرد باشد. در مطالعات گذشته همبستگی قوی منفی بین شاخص توده بدن^۲ و زمان استقامت آزمون سورنسن در افراد دچار کمردرد مزمن مشاهده و نشان داده شد که شاخص توده بدنی با کمردرد مزمن همبستگی مثبتی دارد (۵ و ۱۳). همچنین همبستگی مثبت متوسطی بین شاخص توده بدن و شبیه فرکانس میانه عضلات ارکتور اسپین کمری در حین آزمون خستگی مشاهده شده است. شاخص توده بدن که نسبت وزن بدن به کیلوگرم بر قد بر مترمربع (Kg/m^2) است، به این سؤال پاسخ کیفی می‌دهد که فرد اضافه وزن، وزن نرمال یا کم وزنی دارد (۵). پیشنهادهایی مبتنی بر تأثیر توده بدن آزمودنی‌ها بر نتایج آزمون سورنسن نیز مطرح شده است (۱۶). با وجود استفاده گسترده از آزمون استقامت ایزوومتریک بیرینگ سورنسن برای ارزیابی خستگی عضلات کمر، ارتباط میان تراکم طیف توان الکترومویوگرافی در حین انقباض‌های ایزوومتریک پایدار مانند شرایط این آزمون و ویژگی‌های آنتروپومتریک افراد دچار کمردرد و گروه سالم به خوبی مشخص نشده است.

هدف از پژوهش حاضر، ۱. بررسی ارتباط الگوهای عینی خستگی‌پذیری عضلات اکستنسور کمر و ران با شاخص‌های آنتروپومتریک ورزشکاران با و بدون سابقه کمردرد مزمن غیراختصاصی و ۲. مقایسه خستگی‌پذیری عضلات اکستنسور کمر و ران در حین آزمون سورنسن در ورزشکاران با سابقه کمردرد مزمن غیراختصاصی و ورزشکاران همسان سالم است.

1 - Erector spinae

2 - Body Mass Index

روش تحقیق

جامعه آماری تحقیق حاضر، ورزشکاران نخبه در دو رشته فوتبال و کشتی، نمونه آماری، ۳۰ مرد ورزشکار بودند که از میان آنها ۱۵ نفر با سابقه کمربند غیراختصاصی (میانگین سن $24/0.6 \pm 2/68$) و ۱۵ نفر بدون چنین سابقه‌ای (میانگین سنی $24/0.6 \pm 2/15$) انتخاب شدند. شرایط ورود آزمودنی‌ها به مطالعه در گروه کمربند، تجربه کمربند مزمن غیراختصاصی در یک سال گذشته، نداشتن کمربند حاد در ۲ هفته مانده به آزمون، حضور در فعالیت‌های ورزشی باشگاهی باوجود کمربند در سه ماه گذشته بود (۸، ۱۴). آزمودنی‌های با سابقه کمربند به گزارش خودشان در زمان بروز کمربند به پزشک مراجعه کرده بودند و کمربند آنها از نوع غیراختصاصی تشخیص داده شده بود و سابقه هیچ‌یک از موارد زیر را نداشتند:

سابقه شکستگی مهره و لگن، فتق شدید دیسک بین‌مهره‌ای، روماتیسم مفصلی، دیابت یا دیگر بیماری‌های سیستمیک جدی، ناهنجاری‌های ساختاری مادرزادی مهره و لگن، سابقه جراحی ستون فقرات، ضربات حاد به ستون فقرات، مصرف داروهای آرامبخش و خواب‌آور.

هر دو گروه آزمودنی‌های ورزشکار تحقیق حاضر در زمان اندازه‌گیری‌ها در تمرینات ورزشی و آمادگی جسمانی خود در باشگاه‌های ورزشی شرکت می‌کردند و چربی زیرپوستی آنان کم بود که برای ارزیابی فعالیت الکترومايوگرافی عضلات بسیار مناسب بودند (۱۴). همچنین آزمودنی‌های دو گروه به صورت جفت‌های همسان انتخاب شده بودند تا مقایسه‌ای دقیق به عمل آید.

قبل از انجام پروتکل‌های پژوهش آزمودنی‌ها برگه رضایت‌نامه و پرسشنامه‌های سلامت عمومی، ناتوانی اسوسترن^۱ و کمربند کیوبک^۲ را پر کردند. میانگین نمره ناتوانی گروه کمربند مزمن ($18/26$) در سطح ناتوانی کم قرار گرفت که نشان‌دهنده موفق بودن این گروه در انجام بیشتر فعالیت‌های روزانه است. گروه ورزشکاران سالم هیچ ناتوانی نداشتند. همچنین میانگین نمره کمربند گروه را نشان می‌دهد که میزان کمربند این گروه در دامنه درد اندک قرار دارد. گروه کنترل نیز هیچ کمربندی در خود احساس نمی‌کردند.

1 - Oswestry Low Back Pain Disability Questionnaire

2 - Quebec Low Back Pain Questionnaire

در تحقیق حاضر از دستگاه الکتروموایوگرافی سطحی ME Tteste Muscle3000P8 ساخت شرکت ECG Ltd Electronic Mega کشور فنلاند استفاده شد. الکترودهای مورد استفاده در این تحقیق از نوع ECG تکقطبی و از جنس آلیاژ نقره با کلرید نفره^۱ بود. برای ثبت فعالیت عضلات ارکتور اسپاین بهوسیله الکتروموایوگرافی سطحی و با بررسی مقالات (۸ و ۱۵)، محقق به این نتیجه رسید که بهترین راه تقسیم آنها به دو گروه عضلات ارکتور اسپاین کمری فوکانی^۲ و ارکتور اسپاین کمری تحتانی یا کمری خاجی^۳ است که محل اتصال الکترودها به این عضلات به ترتیب در ۶ سانتی‌متر به طرف خارج از زائده‌های خاری مهره L₂ - L₁ و ۲ سانتی‌متر به طرف خارج از زائده‌های خاری مهره S₁ - L₅ بود.

باتوجه به تأثیرات دو عضله سرینی بزرگ و دوسرانی بر نتایج آزمون سورنسن، این دو عضله نیز در مکان-های زیر بررسی شدند: سرینی بزرگ^۴ در مرکز خطی که از زاویه تحتانی خارجی ساکروم به تروکانتر بزرگ ران کشیده می‌شود و دو سرانی^۵ در یک سوم تا میانه خطی که از سر فیبولار به توبروزیته ایسکیال^۶ کشیده می-شود. قابل ذکر است که الکترودها در سمت برتر یا غالب هر ورزشکار قرار گرفت (۵ و ۸). ابتدا باتوجه به توضیحات ارائه شده توسط آزمونگر، زوائدی همچون مو و کرک‌های ظریف روی پوست با استفاده از تیغ‌های یکبار مصرف اختصاصی در محل مورد نظر برای نصب الکترودهای سطحی مربوط به عضلات مورد آزمایش برطرف شده و برای کاهش مقاومت اهمی سطحی، پوست با سمباده بسیار نرم مخصوص با ظرافت لایه‌برداری شد. سپس با استفاده از الکل، ذرات حاصل از لایه‌برداری و تعریف پوست پاک و تمیز شد. در نهایت الکترودهای سطحی مثبت و منفی با فاصله میان الکترودی ۲ سانتی‌متر در محل‌های مورد نظر چسبانده شد. جهت قرارگیری الکترودها روی بدن با جهت قرارگیری فیبرهای عضلانی همسو بود (شکل ۱).

برای ثبت فعالیت الکتروموایوگرافی عضلات مورد بررسی، از آزمون اصلاح‌شده بیرینگ سورنسن استفاده شد. در این آزمون فرد به شکم بر روی میز معاینه دراز می‌کشد و اندام تحتانی تا ایلیاک اسپاین قدمای فوکانی که رد راستای لبه میز معاینه قرار می‌گرفت و با ۳ استرپ به میز محکم می‌شد. تنه و اندام فوکانی آزمودنی نیز تا

۱ - Ag AgCl

۲ - Upper Lumbar Erector Spinae

۳ - Lower Lumbar or Lumbosacral Erector Spinae

۴ - Gluteus Maximus

۵ - Biceps Femoris

۶ - Ischial tuberosity

شروع آزمون بر صندلی دیگری تکیه می‌کرد. استرپ‌ها در ۳ ناحیه بالاتر از مج پا، کمی بالاتر از زانو و کمی پایین‌تر از مفصل ران با رعایت راحتی فرد محکم بسته می‌شد (۸ و ۱۶). در حین اجرای آزمون، آزمونگر به شدت آزمودنی را به ادامه کار تا حد واماندگی تشویق می‌کرد (شکل ۲).



شکل ۱- نحوه اجرای آزمون اصلاح شده بیرینگ سورتسن



شکل ۲ - نحوه قرارگرفتن گوی الکترودها

جدول ۱ - ویژگی‌های دموگرافیک و آنتروپومتریک آزمودنی‌ها

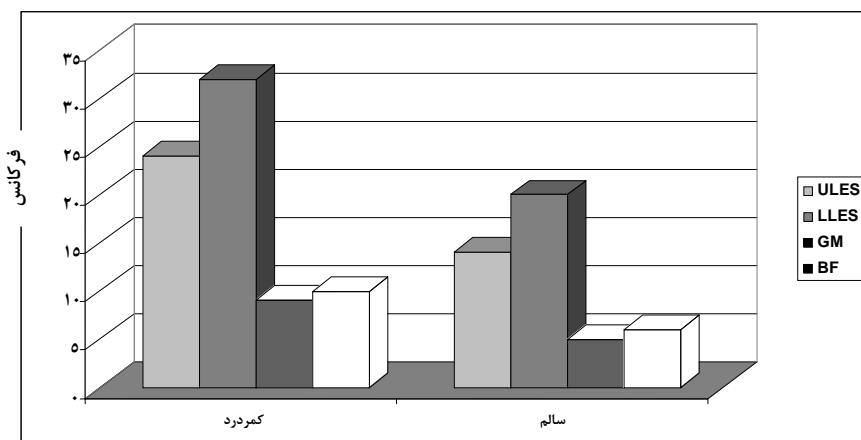
انحراف معیار		میانگین		شاخص
کمودرددی	سالمن	کمر دردی	سالمن	
۲/۶۸	۲/۱۵	۲۴/۰۶	۲۴/۰۶	سن (سال)
۵/۵۵	۵/۶۶	۱۷۷/۳۳	۱۷۷/۴۷	قد (سانتی متر)
۹/۲۳	۶/۲۰	۷۶/۲۶	۷۴/۶۰	وزن (کیلوگرم)
۲/۱۰	۱/۴۹۴	۲۴/۲۶	۲۲/۶۷	شاخص توده بدن (کیلوگرم بر مترمربع)
۵/۸۵	۴/۰۸	۱۴/۴۵	۱۶/۰۲	چربی زیرپوستی
۳/۷	۲/۲۶	۹/۲۰	۷/۴۶	سابقه ورزشی (سال)

شاخص فرکانس میانه^۱ (MF) به دست آمده از سیگنال‌های خام الکتروموایوگرافی با استفاده از برنامه آنالیز طیف تبدیل سریع فوریه^۲ (FFT) به وسیله نرمافزار Mega Win, Mega Electronic نسخه ۲ محاسبه شد. فرکانس میانه ابتدایی (۵ ثانیه اول انقباض) و شبیه فرکانس میانه (کل زمان انقباض) در ۸۰ ثانیه اول آزمون سورنسن محاسبه و شبیه FM به عنوان شاخص خستگی پذیری عضلات در نظر گرفته شد. از روش‌های آماری استاندارد برای محاسبه میانگین‌ها و انحرافات استاندارد و نیز از نرمافزار آماری 18 PASWstatistic و آمار توصیفی و استنباطی استفاده شد. از آنالیز t مستقل^۳ برای بررسی تفاوت‌های میانگین‌های دو گروه و از ضریب همبستگی پیرسون برای تعیین ارتباط میان متغیرها استفاده شد.

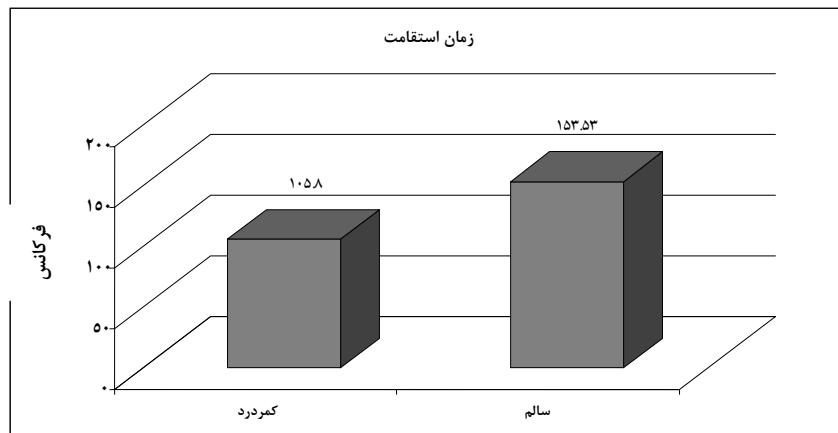
1 - Median Frequency

2 - Fast Fourier Transform

3 - Independent Sample Test



شکل ۳ - تغییرات فرکانس میانه (دقیقه / کاهش %) در گروه سالم و کم درد



شکل ۴ - زمان استقامت عضلات اکستنسورهای پشت (ثانیه) در دو گروه سالم و کم درد

جدول ۲ - تفاوت در فرکانس میانه ابتدایی الکتروموگرافی دچار عضله میان افراد مبتلا به کمردرد و افراد

سالم - سطح معناداری آزمون $\leq P < 0.05$ در نظر گرفته شد.

آزمون t برای برابری میانگین ها				آزمون لیون			
Sig	F	Df	انحراف استاندارد	Mیانگین	F	Sig	ارکتوراسپاین فوکانی
۰/۲۲۳	۱/۲۴۷	۲۸	۸/۵۴	۷۹/۹۳	۱۴/۱۲	۰/۰۰۱	
			۵/۱۷	۶۷/۷۳			کمردرد سالم
۰/۳۱۲	-۱/۰۳	۲۷/۸۷	۷/۴۵	۱۰۴/۶۰	۰/۲۹۸	۰/۵۹۰	ارکتوراسپاین تحتانی
			۸/۶۸	۱۱۱/۴۰			
۰/۶۶۳	۰/۴۴۱	۲۶/۸۹	۸/۱۶	۴۷/۸۹	۰/۴۸۴	۰/۴۹۳	سرینی بزرگ
			۶/۶۵	۴۶/۶۶			
۰/۶۶۱	-۰/۴۴۳	۲۶/۵۸	۹/۹۲	۹۱/۳۳	۰/۶۰۶	۰/۴۴۳	دوسرانی
			۱۰/۰۸	۹۳/۵۳			

سطح معنی داری $P < 0.05$ در نظر گرفته شد.

نتایج و یافته های تحقیق

مشخصات فردی نمونه های تحقیق شامل سن، قد، وزن و شاخص توده بدن و سابقه ورزشی به تفکیک گروه سالم و دچار کمردرد در جدول ۱ ذکر شده است. زمان استقامت اکستنسورهای پشت و تغییرات فرکانس میانه عضلات ارکتوراسپاین فوکانی (LLES) و تحتانی (ULES) و همچنین سرینی بزرگ (GM) و دوسرانی (BF)، متغیرهای تحقیق محسوب می شوند که در جدول زیر خصوصیات آنها گزارش شده است. برای بررسی اختلاف میانگین فرکانس میانه ابتدایی عضلات ارکتوراسپاین فوکانی، ارکتور اسپاین تحتانی، سرینی بزرگ، دوسرانی در دو گروه سالم و کمردرد از آزمون t مستقل استفاده شد. نتایج این آزمون در جدول ۲ ارائه شده است. برای بررسی اختلاف میانگین میزان خستگی پذیری عضلات ارکتوراسپاین فوکانی، ارکتوراسپاین تحتانی، سرینی بزرگ، دوسرانی و استقامت اکستنسورهای پشت در دو گروه سالم و کمردرد از آزمون t مستقل استفاده شد. نتایج این آزمون در جدول ۳ ارائه شده است. برای بررسی همبستگی متغیرهای اندازه گیری شده از ضربه همبستگی پیرسون استفاده شد که نتایج آن در جدول ۴ مشاهده می شود.

جدول ۳ - تفاوت در تغییرات فرکانس میانه الکتروموگرافی چهار عضله و نیز استقامت افراد مبتلا به کمردرد و افراد سالم

آزمون t برای برابری میانگین ها			آنچه استاندارد میانگین			آزمون لیون					
Sig	F	df				F	Sig				
+0001*	-5/847	28	5/21	24/88	1/880	0/181	کمردرد سالم	ارکتور اسپاین فوقانی			
+0002**	-3/588	21/81	4/15	14/45	4/326	0/047	کمردرد سالم	ارکتور اسپاین تحتانی			
+0008***	-2/975	18/11	11/48	33/04	8/370	0/007	کمردرد سالم	سرینی بزرگ			
+0002***	-3/489	21/45	6/34	20/89	6/416	0/017	کمردرد سالم	دوسرانی			
+0001***	-4/318	23/004	21/65	105/8	3/178	0/085	کمردرد سالم	استقامت			
			25/88	152/53							

جدول ۴ - ارتباط بین متغیرهای مورد آزمایش

	BF Initial MF	GM Initial MF	ULES Initial MF	ULES Initial MF	BF InitialMF	GM MFslope	ULES MFslope	ULES MFslope	زمان استقامت	BMI	شاخص ها
•/٤١	•/٣٥	-•/٢١	-•/٢٨	-•/٢٨	-•/٢٨	+/١٤	+/٢٠	-•/١٦	•/٤٧	•/٢١	گروه مردader
•/٣٥	•/٣٥	-•/١٤	-•/٤٤	+/٦٩*	+/٣٠	+/٧٠*	+/٦٤	•/١٨	•/٨٣*	سن وزن	
-•/٤٧	+/٥٩*	-•/١٤	-•/٤٧	•/٢٥	+/٠٧-	+/٣٤	+/٢٠	•/١٦	•/٧٣*	قد	
-•/٤٨	-•/٢٧	-•/٤٩	-•/٤٤	•/٥٢	•/١٧	+/٧٦*	+/٦٢*	-•/٦١*	#	شاخص توبدۀ بدن	
-•/٠٨	-•/٠١	-•/٠١	-•/٠٩	-•/٥٩*	+/٢٤-	-•/٦٨*	-•/٥٤*	#	#	زمان استقامت	گروه سالمن

-۰/۰۷	۰/۰۴	۰/۱۰	۰/۰۵	۰/۲۰	۰/۲۹	۰/۴۰	۰/۳۹	-۰/۰۳	۰/۳۳	سن
۰/۵۶	-۰/۱۷	۰/۶۸*	۰/۵۲	۰/۲۶	۰/۲۵	-۰/۰۲	-۰/۱۲	۰/۲۸	۰/۳۵	وزن
۰/۲۶	-۰/۲۸	-۰/۰۱	۰/۳۷	-۰/۰۴	۰/۳۶	۰/۷۱*	۰/۲۶	۰/۲۶	-۰/۴۸	قد
۰/۵۵	۰/۱۳	۰/۷۹*	۰/۶۸*	۰/۳۲	۰/۱۶	۰/۶۹*	۰/۷۶*	۰/۲۱	#	شاخص توده بدن
-۰/۰۹	۰/۴۶	-۰/۶۴*	۰/۳۱	۰/۲۶	۰/۳۳	-۰/۶۷*	-۰/۵۸*	#	#	زمان استقامت

* سطح معنی داری $P < 0.05$

بحث و نتیجه‌گیری

کاهش فرکانس میانه الکتروومایوگرافی عضلات اکستنسور کمر و ران در حین آزمون سورنسن که در پژوهش حاضر مشاهده شد با تحقیقات قبلی ارزیابی ایزوومتریک عضلات پشت و ران همخوانی دارد (۳، ۵، ۸ و ۱۵ و ۱۶). این تغییرمکان طیف الکتروومایوگرافی به فرکانس پایین‌تر، به‌سبب تغییرات سوخت‌وساز در حین انقباض‌های خسته‌کننده است. کاهش pH درون‌سلولی به‌علت تجمع لاكتات H^+ و تراکم یا تجمع K^+ خارج‌سلولی است. در انقباض‌های متوسط، تولید حداقل لاكتات مورد انتظار است. به‌ویژه که درصد زیادی از فیرهای عضلانی نوع I (کندانقباض) در عضلات ارکتور اسپاین مشاهده شده است (۳). بنابراین احتمالاً مهم‌ترین عامل محدودکننده استقامت عضلات ارکتور اسپاین در انقباض‌های با شدت متوسط، تجمع K^+ خارج‌سلولی است. البته اعتقاد بر این است که حقیقت سازوکارهای فیزیولوژیک نهان در پس تغییرات طیفی الکتروومایوگرافی چندعاملی است. عوامل اثرگذار بر میزان تغییرات طیفی الکتروومایوگرافی به فرکانس پایین‌تر، در حین انقباض‌های خسته‌کننده عبارتند از: کاهش سرعت هدایت پتانسیل عمل، همزمان‌سازی واحدهای حرکتی، کاهش فرکانس زنش و به‌کارگیری واحدهای حرکتی جدید هنگام انقباض‌های خسته‌کننده (۴).

فرکانس میانه ابتدایی چهار عضله مورد بررسی در تحقیق حاضر که در ۵ ثانیه اول شروع آزمون سورنسن محاسبه شد، میان گروه ورزشکاران سالم و کمردرد مزمن تفاوت معنی‌داری نداشت. این عدم تفاوت مشخص

می‌کند که بارگذاری عضلات اکستنسور کمر و ران در دو گروه در حین اجرای آزمون در شرایط قبل از خستگی مشابه است که نشان‌دهنده تفاوت واقعی در خستگی‌پذیری و نبود تفاوت در بارگذاری عضلات است.

براساس نتایج پژوهش حاضر، ورزشکاران دچار کمردرد مزمن در مقایسه با گروه سالم در عضلات اکستنسور کمر و ران خود خستگی‌پذیری بیشتر و استقامت کمتری دارند و با وجود تشویق شدید آزمونگر به ادامه آزمون و استفاده از حداکثر توان خود تا رسیدن به خستگی، ضعف استقامت و خستگی بیشتری از خود نشان دادند. پیش از این، در چندین پژوهش کاهش استقامت ایزومتریک عضلات اکستنسور کمر در گروه کمردرد نسبت به گروه سالم مشاهده شده بود (۱۶). افراد دچار کمردرد اغلب از حرکات ناحیه کمر به دلیل ترس از درد و پیامدهای آن اجتناب می‌ورزند. کاهش تمرینات و حرکات مربوط به ناحیه کمر به کاهش تحرک و کاهش قدرت عضلات اکستنسور بهدلیل آتروفی منجر می‌شود که به خستگی‌پذیری بیشتر و استقامت عضلانی کمتر در آنان می‌انجامد (۱۶).

آزمون استقامت بیرینگ سورنسن آزمون معتبری برای ارزیابی استقامت عضلات کمر به حساب می‌آید، اما به نظر می‌رسد افراد دچار کمردرد مزمن از راهبرد متفاوتی نسبت به گروه سالم استفاده می‌کنند که موجب به‌کارگیری عضلات سرینی بزرگ و دوسرانی در جهت حمایت از عضلات ارکتور اسپین در حین اجرای آزمون می‌شود. نتایج نشان می‌دهد که تفاوت معنی‌داری در خستگی‌پذیری عضلات دوسرانی و سرینی بزرگ در میان ورزشکاران دچار کمردرد مزمن و ورزشکاران سالم وجود دارد (شیب MF بیشتر).

در تحقیقات گذشته، نقش حمایتی عضلات سرینی بزرگ و دوسرانی در حین اجرای آزمون استقامت بیرینگ سورنسن گزارش شده است (۵، ۸، ۹). در هر دو گروه سالم و کمردرد فرکانس میانه در دو عضله مورد بحث کاهش پیدا کرد که نشان‌دهنده فعل بودن هر دو عضله در حین اجرای آزمون سورنسن است. بیشتر بودن شیب فرکانس میانه عضله سرینی بزرگ نشان می‌دهد که این عضله یکی از عوامل محدودکننده در استقامت اکستنسن پشت (زمان استقامت) در گروه کمردرد است. عضله سرینی بزرگ اکستنسور قوی ران است و بهشت با عضلات ستون فقرات پیوند دارد و بهوسیله فاسیای سینه‌ای کمری اجازه انتقال نیرو از ستون فقرات کمری به اندام تحتانی را می‌دهد. فاسیای سینه‌ای – کمری و عضلات متصل به آن نقش مهمی در حمایت از کمر در حین حرکات فلکشن و اکستنسن دارند (۵). در خم شدن به جلو، ستون فقرات و لگن تقریباً همزمان خم می-

شوند، ولی در اکستنشن، لگن حرکت را شروع می‌کند و نسبت به ستون فقرات کمری در میانه اول حرکت، سریع‌تر باز می‌شود. همچنین گزارش شده که عضلات همسرتینگ بار نسبی بیشتری نسبت به عضلات ستون فقرات کمری در فاز اولیه اکستنشن از حالت خم شده، حمل می‌کند (۲). بنابراین دچار تغییر وضعیت^۱ اکستنسورهای ران در بیماران دچار کمردرد، در صورت اجتناب از استفاده از آنها منطقی است. در صورتی که کمردرد کانون توجه باشد، این سؤال برای مطالعات بعدی پیش می‌آید که آیا الگوی به کارگیری عضلات موجب توسعه کمردرد می‌شود یا این کمردرد است که الگوی به کارگیری عضلانی را تحمیل می‌کند.

در پژوهش حاضر ارتباط منفی زمان استقامت و شبیه فرکانس میانه عضلاً ارکتوراسپاین کمری فوقانی و کمری تحتانی در هر دو گروه سالم و کمردرد مشاهده شد. همبستگی قوی بین شبیه فرکانس میانه یا میانگین و زمان استقامت در آزمون بیرینگ سورنسن، پیش از این در چند تحقیق مشاهده شده بود (۱۳). یافته‌های تحقیق حاضر همچنین نشان داد که شاخص توده بدن تدبیر معنی‌داری بر خستگی عضلات اکستنسور پشت در آزمون استقامت بیرینگ سورنسن دارد. آنالیز همبستگی مشخص کرد که در بیماران دچار کمردرد مزمن با شاخص توده بدنی بیشتر، زمان استقامت نسبت به افراد دارای شاخص توده بدنی کمتر، کوتاه‌تر است. در پژوهش‌های پیشین گزارش شده بود که توده بدن (وزن) آزمودنی‌ها بر نتایج آزمون استقامت بیرینگ سورنسن اثرگذار است (۱ و ۱۳). کن کانپا و همکاران در تحقیق خود در زمینه بررسی شاخص توده بدنی بر خستگی-پذیری عضلات پاراسپانیال (زمان استقامت و شاخص‌های طیفی EMG) در حین اجرای آزمون سورنسن، تأثیر قوی BMI را مشاهده کردند. شاخص توده بدن، همبستگی قوی منفی و زمان استقامت همبستگی قوی مثبت با خستگی‌پذیری عضلات پاراسپانیال (شبیه فرکانس میانه) داشت. آنالیز رگرسیون چندگانه نشان داد که مقدار شبیه MF (خستگی) در حین آزمون سورنسن در هر دو جنس به BMI بستگی دارد، ولی تأثیر BMI در زنان نسبت به مردان بارز‌تر است. پژوهش‌های گذشته نشان دادند که شیوع کمردرد با افزایش BMI بیشتر شده، البته وجود این ارتباط به خوبی مشخص نشده و یافته‌های متناقضی درباره افزایش BMI به عنوان عامل خطرآفرینی برای کمردرد بیان شده است. مورتیمور و همکاران^۲ پیشنهاد کردند که ارتباط احتمالی بین وزن زیاد و کمردرد منطقی است زیرا ستون فقرات باید توده چربی بیشتری را تحمل کند که موجب افزایش فشار بر

1- Deconditioning

2- Mortimer et al

دیسک و دیگر ساختارهای ستون فقرات می‌شود. این روابط نشان‌دهنده نقش قد و وزن در مباحث پیدایش کمردرد است. یافته‌های تحقیق حاضر از پیشنهادهای دیگران درباره نیاز به آموزش در راستای کاهش وزن که به عنوان راهکاری مفید در جهت پیشگیری از وقوع کمردرد است حمایت می‌کند (۵). همچنین خستگی‌پذیری عضله دوسرانی در گروه کمردرد به طور معنی‌داری با زمان استقامت همبستگی منفی داشت که نشان می‌دهد خستگی عضله دوسرانی همزمان با خستگی عضلات دیگر رخ می‌دهد. بنابراین خستگی عضلات دوسرانی و سرینی بزرگ در حین اجرای آزمون سورنسن نشان‌دهنده به اشتراک‌گذاری بار بین عضلات ارکتور اسپاین و اکستنسورهای ران است و بیان می‌کند که عضلات ارکترواسپاین به تنها‌بی مسئول حمل بار (توده اندام فوقانی) در حین آزمون سورنسن نیستند. براساس یافته‌های محققان پیشین خستگی عضلات کمری به حرکات ناهنجار ستون فقرات به‌سبب نقص هماهنگی دقیق عضلانی منجر می‌شود که بارگذاری مکانیکی عناصر غیرفعال مانند لیگامنت‌ها و دیسک‌های بین‌مهره‌ای را افزایش می‌دهد و ممکن است موجب بروز آسیب کمر و درد شود (۵). ضعف در استقامت عضلات اکستنسور کمر پیش‌بینی‌کننده رخداد کمردرد در آینده نیز است (۱، ۸، ۱۶). در پژوهش حاضر فرکانس میانه الکترومایوگرافی عضلات اکستنسور کمر و ران در دو گروه در شروع آزمون بی‌ینگ سورنسن تفاوت معنی‌داری نداشت.

در پایان، نتایج پژوهش حاضر نشان داد که ورزشکاران دچار کمردرد مزمن غیراختصاصی استقامت ایزومتریک اکستنسورهای کمر و ران کمتری نسبت به ورزشکاران سالم هنگام اجرای آزمون بی‌ینگ سورنسن داشتند. همچنین ورزشکاران دچار کمردرد، خستگی‌پذیری بیشتری (شیب فرکانس میانه بیشتر) نسبت به افراد سالم در عضلات اکستنسور کمر و ران داشتند. آنالیز همبستگی نشان داد که خستگی‌پذیری عضلات ارکتور اسپاین کمری فوقانی و تحتانی در ورزشکاران دچار کمردرد مزمن و ورزشکاران سالم با ویژگی‌های آنتروپومتریک مرتبط است. افراد دارای شاخص توده بدنی و توده بدن بیشتر، زودتر خسته می‌شوند. بنابراین ارائه راهکارهایی به منظور بهبود استقامت عضلات اکستنسور کمری در ورزشکاران دچار کمردرد مزمن در خلال اجرای حرکات ورزشی خاص همان ورزش و ارائه تمرينات استقامتی هوایی برای کاهش وزن و چربی بدن و افزایش جریان خون و بروند ده قلب به عضلات در راستای درمان کمردرد و رفع ناتوانی‌های ناشی از آن توسط مربيان و فیزیوتراپ‌ها پیشنهاد می‌شود.

منابع و مأخذ

1. Biering – Sorensen F. (1984). "Physical measurements as risk indicators for low back trouble over a one – year period". *Spine*. 9: PP:106-19.
2. Champagne A, Descarreaux M, Lafond D. (2008). "Back and hip extensor muscles fatigue in healthy subjects". *Eur spine J* 17: PP:1721-1726.
3. Cifrek M., Medved V. Tonkovic' S., Ostojevic' S. (2009). "Surface EMG based muscle fatigue evaluation in biomechanics". *Clinical biomech*. 24. PP:327-340.
4. Johanson E, Paasuke M, Ereline J. Gapeyeva J.(2002). "Relationship between back extensor muscle strength, fatigability and anthropometric characteristics in middle – aged women". *Papers on anthropology XI*, PP:53-61.
5. Kankaanpaa M., Laaksonen D., Taimela S., Kokko S.M., Airaksinen O. Hanninen O. (1998). "Age, sex and body mass index as determinants of back and hip extensor fatigue in the isometric Sorensen back endurance test". *Arch Phys Med rehabil*, 79: PP:1069-1075.
6. Latimer J, Maher CG, Refshauge K, Colaco I. (1999). "The reliability and validity of the biering – Sorensen test in asymptomatic subjects and subjects reporting current or previous nonspecific low back pain". *Spien*. 24:PP: 2085-90.
7. Luoto S, Helio vaara M, Hurri H, Alaranta H.(1995). "Static back endurance and the risk of low – back pain". *ClinbioMech*. 10:PP:323-4.
8. Mark J. Pitcher, David G. Behm, Scott N. "MacKinnon. 2007. Neuromuscular fatigue during a modified biering Sorensen test in subjects with and without low back pain". *JSSM* 6, PP:549-559.
9. McKeon M. D. Albert W J and Neary J.P. (2006). "Assessment of neuromuscular and hemodynamic activity in individuals with and without chronic low back pain". *Dynamic Medicine*, 5: P:6.

-
10. Moffroid MT. (1997). "Endurance of trunk muscles in persons with chronic low back pain: assessment, performance and training". *J rehabil Res. Dev.* 34: PP:440-7.
11. Moreau, C.E. Green, B.N. Johnson, CD. And Moreau, S.R. (2001). "Isometric back extension endurance test: a review of the literature". *Journal of Manipulative physiology and therapy.* 24(2), PP:110-122.
12. Mortimer, M., Wiktorin, C., Pernold, G., Svensson, H., Vingard, E. (2001). "Music – Norrtalje study group, sports activities, body weight and somking in relation to low back pain: a population based case – referenstudy. Scand". *J. Med. Sci. Sports.* 11: PP:178-184.
13. PAASUKE M., Johnanson E., Proosa M., Ereline J. and Gapeyeva. H. (2002). "Back extensor muclse fatigability in chronic low back pain patients and controls: relationship between electromyogram power spectrum and body mass index". *J. Back musculoskel. Rehabil.* 16: PP:17-24.
14. Renkawitz T, Boluki D, Grifka J. (2006). "The association of low back pain, neuromuscular imbalcne, and trunk extension strength in athletes". *The spine journal.* 6: PP:673-683.
15. Sung P S., Lammers A R., Danial P. (2009). "Different parts of erector spinae muscle fatigability in subjects with and without low back pain". *The spine journal* 9. PP:115-120.
16. Suuden, E., Ereline, J., Gapeyeva, H., Passuke, M. (2008). "Low back muscle fatigue during sorensen endurance test in patients with chronic low back pain. Electromyogr". *Clin. Neutophysiol.* 48, PP:185-192.