

بررسی تأثیر یک دوره برنامه تمرینی بر موقعیت قرارگیری استخوان کتف

دکتر حسن دانشمندی^۱، دکتر محمدحسین علیزاده^۲، پیروز شادمان^۳

^۱استادیار، دانشگاه گیلان، ۶۵۶۶۶ خیابان دانشگاه تهران، ۳ کارشناس ارشد تربیت بدنی

چکیده

موقعیت استخوان کتف در تناسب اندام و وضعیت بدنی مطلوب و پیشگیری از آسیب‌ها اهمیت زیادی دارد. قرار گرفتن این استخوان در موقعیت‌های غیرطبیعی یک شایستگی است که کتف بالدار، افتادگی شانه و شانه گرد از آن جمله هستند. هدف از این پژوهش، بررسی تأثیر یک دوره برنامه تمرینی بر موقعیت قرارگیری استخوان کتف است.

آزمودنی‌های این پژوهش ۸۰ دانش‌آموز پس ۱۶ تا ۱۸ ساله، با میانگین قد و وزن $170 \pm 6/4$ سانتیمتر و $55/4$ کیلوگرم بودند که با توجه به فاصله کتف‌هایشان از یکدیگر، به سه گروه کتف دور (بیشتر از ۲۰ cm)، کتف تر مال (۱۹-۱۷ cm) و کتف نزدیک (کمتر از ۱۷ cm) تقسیم شدند. برای تعیین قدرت عضلات ثابت‌کننده عضلات کتف از آزمون حرکت جانبی استخوان کتف (LSST) و برای تعیین میزان حداکثر انقباض (MVC) عضلات گوشه‌ای و ذوزنقه، که دو عضله مهم در کمر بند شانه هستند، از تکنیک الکترومیوگرافی (EMG) پیش و پس از برنامه تمرینی استفاده شد. ۱۵ نفر از آزمودنی‌های گروه کتف دور، به عنوان گروه تجربی، در یک برنامه تمرینی ۱۸ جلسه‌ای شرکت کردند و سایر آزمودنی‌ها به عنوان گروه کنترل بودند.

برای تعیین میزان تأثیر برنامه تمرینی بر متغیرها، از آزمون t ، و برای شناسایی همگن بودن سه گروه از نظر قد و وزن، از آنالیز واریانس (ANOVA) استفاده گردید ($P \leq 0/05$). یافته‌های پژوهش نشان داد که برنامه تمرینی موجب تغییر در موقعیت کتف‌ها و کاهش معنی‌داری در فاصله کتف‌ها در گروه تجربی شد. همچنین EMG عضلات منتخب تفاوت معنی‌داری را در میزان انقباض عضلات پیش و پس از برنامه تمرینی نشان داد ($P \leq 0/05$).

با توجه به نتایج پژوهش حاضر می‌توان اظهار داشت که برنامه تمرینی روش مؤثر در اصلاح وضعیت کتف‌ها، بهبود عملکرد موضعی کمریند شانه و وضعیت بدنی و در نتیجه افزایش سلامت عمومی افراد مبتلا به کتف دور می‌شود.

واژه‌های کلیدی: شانه گرد، کتف بالدار، الکترومیوگرافی (EMG)، حرکات اصلاحی، برنامه تمرینی، آزمون حرکت جانبی کتف (LSST).

مقدمه

یکی از بخش‌هایی که در حفظ وضعیت بدنی خوب نقش اساسی دارد، کمریند شانه به ویژه نحوه قرارگیری استخوان‌های کتف و عملکرد آن است. نتایج برخی از پژوهش‌ها نشان می‌دهد که یکی از وظایف اصلی استخوان‌های کتف در کمریند شانه به دلیل متفاوت بودن محل چسبندگی عضلات، به عنوان یک پایه برای اتصال عضلات مختلف عمل می‌کند (۱-۶). پژوهشگران معتقدند که موقعیت قرارگیری استخوان‌های کتف ارتباط مستقیمی با ثبات کتف و قدرت یا استقامت عضلات این موضع مهم بدن دارد (۷). از این رو آنها اظهار می‌دارند که تغییر محل این استخوان که در برخی از تهاج‌جاری‌ها مشاهده می‌شود، بر عملکرد عضلات کمریند شانه به ویژه عضلات ثابت‌کننده‌های کتف تأثیر می‌گذارد. در پژوهش رجبی، علیزاده و بیات در مورد ارتباط میان موقعیت قرارگیری استخوان کتف و استقامت عضلات کمریند شانه، نتایج نشان داد که با افزایش فاصله استخوان کتف از استقامت عضلات کمریند شانه کاسته می‌شود و کسانی که کتف آنها به هم نزدیک‌تر است استقامت بیشتری در عضلات کمریند شانه خود دارند (۸). کیبلر در پژوهشی به بررسی نقش کتف در عملکرد شانه و ورزشکاران پرداخت و نقش محوری این موضع را در عملکرد شانه مهم ارزیابی کرد. پژوهش او بسیار گسترده بود و آناتومی کتف، نقشی که کتف در پرتاب‌های بالای سر و سرویس‌ها ایفا می‌کند، بیومکانیک طبیعی کتف، بیومکانیک و فیزیولوژی غیرطبیعی کتف چگونگی عملکرد کتف در آسیب‌های ناحیه شانه و درمان و توانبخشی اختلالات کتف را مورد توجه قرار داد (۴،۹).

در این خصوص هوگنوم (۳) و کیبلر (۱۰) در اهمیت وضعیت طبیعی بخش‌های بدن عنوان نمودند که تغییر در راستای طبیعی استخوان کتف در عملکرد موضعی و زنجیره

حرکتی مشاهده می‌شود به گونه‌ای که دور یا نزدیک شدن کتف‌ها به ستون فقرات باهنجاری‌های وضعیتی^۱ مختلفی مانند سینه کپوتری^۲، شانه گرد^۳، کیفوز سینه‌ای^۴، اسکولیوز^۵، کتف بال‌دار^۶ را در پی خواهد داشت (۸، ۱۱، ۱۲).

به‌رغم این بحث‌ها هنوز بررسی کافی در خصوص تأخیر فاصله کتف‌ها از ستون فقرات در عملکرد عضلات کمر به‌شانه به عمل نیامده است و معلوم نیست که آیا با برنامه تمرینی ویژه می‌توان موقعیت قرارگیری کتف را اصلاح نمود و عملکرد عضلات این موضع را بهبود بخشید (۸). پژوهش حاضر در نظر دارد تأثیر یک دوره برنامه تمرینی را بر موقعیت قرارگیری استخوان کتف و تغییرات تقیاضی دو عضله مهم در کمر بند تنانه را مورد بررسی قرار دهد.

روش پژوهش

این پژوهش نیمه تجربی و نمونه آماری شامل ۸۰ دانش آموز پسر با دامنه سنی ۱۶ تا ۱۸ سال بود. زاویه تحتانی استخوان کتف آزمودنی‌ها، در وضعیت ایستاده علامت‌گذاری شد. برای شناسایی موقعیت استخوان کتف در آزمودنی‌ها، زاویه تحتانی استخوان‌های کتف اندازه‌گیری گردید. بدین ترتیب که زوایای تحتانی استخوان‌های کتف را در وضعیت ایستاده معمولی جدا کردند و فاصله آنها را از یکدیگر به وسیله مثلث‌سواری اندازه‌گیری نمودند (شکل ۱).

برای ارزیابی تقارن استخوان‌های کتف، از آزمون حرکت جانبی استخوان کتف (LSST) استفاده شد (۱۵-۱۳، ۴، ۷، ۸). کیپلر از جمله کسانی است که این آزمون را معرفی نمود و از آن برای بررسی رابطه میان موقعیت کتف و عملکرد عضلات این ناحیه به ویژه در ورزشکارانی که مهارت‌های برنایی بالایی می‌راند، می‌کنند استفاده کرد. گیبسون و همکاران، به بررسی پایداری تکنیک‌های اندازه‌گیری موقعیت ایستای استخوان کتف پرداختند و از میان چهار روش دریافتند که آزمون LSST دارای ضریب همبستگی درون‌گروهی ۰/۹۱-۰/۹۲ است و اعتبار بیرونی قابل قبولی دارد، حال آنکه از نظر آلفا سه روش دیگر قابل قبول نیست (۱۵).

1. Postural Deformities

2. Pigeon Chest

3. Round back

4. Kyphosis

5. Scoliosis

6. Scapular winging

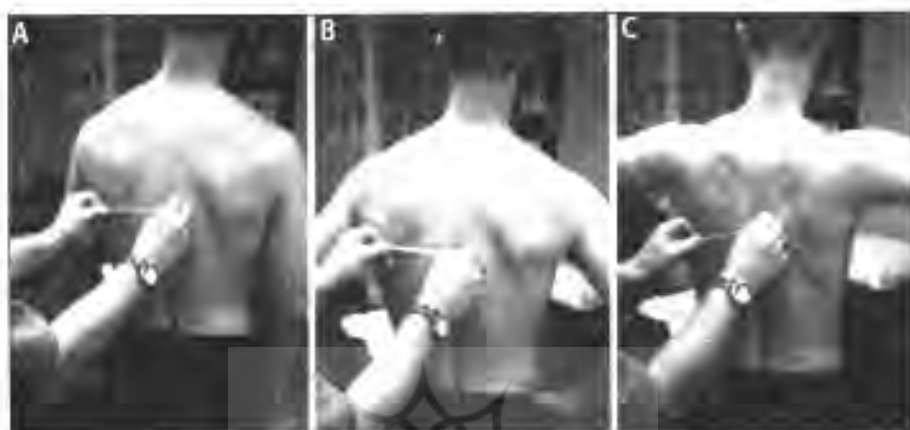


شکل ۱. چگونگی اندازه‌گیری فاصله زوایای تحتانی استخوان‌های کتف

در همین خصوص، تی یانک، لی سنز و گریس، در پژوهشی با عنوان «اندازه‌گیری موقعیت و چرخش استخوان کتف»، پایایی دو روش کیلتر و دیوتا را بررسی کردند. نتایج آنها پایایی خوبی برای روش کیلتر ارائه داد. همچنین نتایج آنها نشان داد که زاویه تحتانی کتف می‌تواند نقطه مرجع مناسبی در اندازه‌گیری‌ها باشد (۹۶).

مایکل ال ویت و بریان سی نامسون، نقش کتف در بازتوانی آسیب‌های شانه را بررسی کردند. آنها ضمن توصیف نقش استخوان کتف به ارزیابی موقعیت این استخوان پرداختند و آزمون LSST را برای ارزیابی قدرت عضلات استخوان کتف پیشنهاد نمودند (۱۷). با توجه به نتایج پژوهش‌های به عمل آمده به نظر می‌رسد که آزمون LSST آزمون معتبر و مناسبی برای اندازه‌گیری کمی قدرت عضلات ثابت‌کننده کتف، ارزیابی عدم تقارن کتف، و اختلال عملکرد کتف و آسیب‌های شانه است (۱۸ و ۱۷ و ۱۳ و ۱۰ و ۸ و ۷ و ۵ و ۴).

در این پژوهش، ابتدا آزمودنی‌ها در وضعیت ایستاده پشت به آزمون‌گیرنده ایستادند، سپس زوایای تحتانی استخوان‌های کتف (شکل الف ۲) و زائده خاری مهره‌ای بین آنها به عنوان نقطه مرجع علامت‌گذاری شد (شکل ۲). سرانجام فاصله زاویه تحتانی استخوان‌های کتف را از نقطه مرجع در سه وضعیت صفر، ۴۵ و ۹۰ درجه ابداء کشتن شانه اندازه‌گیری نمودند



شکل ۳. اندازه گیری تست حرکت جانبی استخوان کتف. الف. وضعیت اول، بازوها در دو طرف (وضعیت اناتومیکی)؛ ب. وضعیت دوم، کتف دست‌ها روی لگن و بازوها ابتدا کتفین ۴۵ درجه؛ ج. وضعیت سوم، بازوها در دو طرف با ابتدا کتفین ۹۰ درجه همراه با چرخش داخلی

(۲،۷،۸،۱۳،۱۵). تعاضل فاصله استخوان‌های کتف راست و چپ، در این سه وضعیت،

سرات آزمون LSST را تعیین نمی‌کنند. علوم انسانی و مطالعات ورزشی
برای تعیین تفاوت‌های بین خصوصیات الکتریکی عضلات منتخب (دوزینقه و گوشه‌های) آزمودنی‌ها پسر و پسر از برنامه تمرینی، از دستگاه انکترومیوگراف استفاده گردید. قبل از اتصال لیدها (سه نقطه از هر عضله) محل مورد نظر با اتکل و پنبه کاملاً تمیز شد تا مقاومت سطحی پوست کاهش یابد و لیدها راحت‌تر با پوست تماس داشته باشند. آنگاه از هر آزمودنی خواسته شد تا وزنه مورد نظر را که برابر با ۲۵ درصد حداکثر انقباض ارادی (%MVC) هر آزمودنی در وضعیت ابتدا کتفین ۹۰ درجه بود (وضعیت سوم LSST) به مدت ۱ دقیقه نگه دارد. سپس میانگین الکترومیوگرافی (AEMG) عضلات، به کمک دستگاه 8 Muscle Testes 8 کاناله، مدل ME3000P8 متصل به یک دستگاه راندانه مجهز به نرم‌افزار Megawin V. 2.01 تعیین شد (۲۴-۱۹)

بر اساس اندازه‌گیری به عمل آمده از فاصله استخوان‌های کتف تا ستون فقرات، آزمودنی‌ها در سه گروه قرار گرفتند. گروه اول به نام کتف دور با ۲۵ آزمودنی با فاصله استخوان‌های کتف بیشتر از ۲۰ سانتی‌متر؛ گروه دوم به نام کتف نرمال با ۳۰ آزمودنی با فاصله

استخوان‌های کتف ۱۷ تا ۲۰ سانتی‌متر، و گروه سوم به نام کتف نزدیک با ۲۵ آزمودنی با فاصله استخوان‌های کتف کمتر از ۱۷ سانتی‌متر بودند. با توجه به تأثیر احتمالی وزن و قد بر متغیرهای پژوهش، همگن بودن آزمودنی‌های سه گروه کتف دور، کتف نرمال و کتف نزدیک، میانگین‌های قد و وزنه سه گروه مورد ارزیابی آماری قرار گرفت. بدین منظور از آزمون F استفاده شده و نتایج نشان داد که سه گروه از نظر شاخص قد و وزن تفاوت معنی‌داری ندارند (۲۵).

پس از اندازه‌گیری‌های اولیه، گروه تجربی در یک برنامه تمرینی ویژه شرکت نمودند که هدف آن تقویت عضلات نزدیک‌کننده کتف (دورنقه، متوازی الاضلاع، گوشه‌ای)، و کشش عضلات دورکننده آن بود (دندانهای قدامی، سینه‌ای کوچک و بزرگ) (۳۰-۲۶، ۱۷، ۲). هر تمرین کششی ایستا از ۱۰ ثانیه فعالیت در شروع به ۲۰ ثانیه در انتهای تمرین افزایش می‌یافت و سه بار تکرار می‌شد. در تمرینات قدرتی تعداد تکرارها از حداقل ۶ بار در جلسه اول، به حداکثر ۲۰ تکرار در جلسه آخر افزایش یافت. همچنین مدت زمان تمرینات قدرتی از ۱۰ ثانیه انقباض در هفته اول، به ۲۰ ثانیه در آخرین جلسه افزایش یافت (۳۱). به منظور کاهش آسیب‌های احتمالی به مفاصل و عضلات آزمودنی‌ها و برای بهبود عملکرد، در ابتدا و انتهای هر جلسه تمرینی، از یک سری حرکات موزون، کششی و دوییدن آرام برای گرم کردن و بازگشت به حالت اولیه (۱۰ تا ۱۵ دقیقه) استفاده شد. همچنین برای تأثیر بیشتر برنامه تمرینی، به آزمودنی‌ها توصیه گردید که در انجام تمرینات ورزشی، ایستادن‌ها، راه رفتن‌ها و انجام کارهای روزانه، وضعیت صحیح بدنی را حفظ نمایند.

برنامه تمرینی

پژوهشگران با توجه به اصول اساسی تمرینات اصلاحی و با بهره‌گیری از منابع، برنامه تمرینی ویژه‌ای را آماده نمودند (۳۰-۲۷، ۱۷، ۲۸) که پس از بازمی‌مختصان و با تأیید آنان مورد استفاده قرار گرفت.

به منظور کاهش خطر آسیب‌های احتمالی به مفاصل و معضلات آزمودنی‌ها و برای افزایش جنبش‌پذیری مفاصل ستون فقرات، کمربند شانه برنامه گرم کردن و بازگشت به حالت اولیه، ۱۰ تا ۱۵ دقیقه در ابتدا و آخر هر جلسه تمرینی اجرا گردید. برنامه تمرینی متشکل از تمرین‌های استاتیک برای کشش عضلات کوناها شده ناحیه

جلوی بدن و تمرین‌های قدرتی ایزو متریک و ایزوتونیک، برای تقویت عضلات ناحیه پشت بود. حرکات کششی ایستا از ۱۰ ثانیه در جلسه اول به ۲۰ ثانیه در جلسه آخر افزایش یافت. در تمرینات کششی پویا، برای جلوگیری از احتمال آسیب به بافت عضله، از حالت ضربه زدن در آخر حرکات، خودداری و حرکات به صورت نرم و کنترل شده اجرا گردید. برای تأثیر بیشتر تمرینات، هر تمرین کششی دو بار تکرار می‌شد.

برای تقویت عضلات پشت و بین کتف‌ها از تمرینات قدرتی (ایزومتریک و ایزوتونیک) استفاده شد. در این تمرینات، با افزایش مدت و تکرارها، عضلات مورد نظر تقویت شدند. تعداد تکرارها از حداقل ۶ تکرار در جلسه اول، به حداکثر ۲۰ تکرار در جلسه آخر افزایش یافت. همچنین مدت تمرینات قدرتی ایزومتریک، از ۱۰ ثانیه انقباض در هفته اول، به ۲۰ ثانیه در آخرین جلسه افزایش یافت.

بحث و نتیجه گیری

همان‌گونه که عنوان شد این پژوهش با هدف بررسی تأثیر یک برنامه تمرینی بر موقعیت قرارگیری و قدرت عضلات منتخب کتف اجرا شد. بر همین اساس برنامه ویژه تمرینی برای گروه تجربی طراحی و به اجرا درآمد. بر اساس یافته‌های مندرج در جدول ۱، میان فاصله استخوان‌های کتف گروه تجربی در پیش از تمرین و پس از آن، تفاوت معنی‌داری وجود دارد، حال آنکه این تفاوت در گروه کنترل کنترل معنی‌داری نمی‌باشد. با توجه به اینکه میانگین فاصله کتف‌ها در پس از آموزش ۲/۲۹ سانتی‌متر کمتر از میانگین آن در پیش از آموزش گزارش شده، می‌توان بیان کرد که برنامه تمرینی موجب کاهش معنی‌دار فاصله استخوان‌های کتف از یکدیگر شده است. (۸=۰/۰۰۵)

یافته‌های مندرج در جدول ۲ نشان‌دهنده نتایج اززمون LSST در خصوص فاصله استخوان کتف از ستون فقرات در وضعیت صفر درجه پیش و پس از برنامه تمرینی است. به رغم آنکه تغییرات مشاهده شده در نمرات گروه کنترل در وضعیت صفر درجه اززمون LSST معنی‌دار نبود، نتایج بیانگر آن است که برنامه تمرینی بر میزان فاصله استخوان‌های کتف از ستون فقرات گروه تجربی تأثیر معنی‌داری داشته و میانگین نمرات ۰/۶ سانتی‌متر کاهش نشان می‌دهد. در نتیجه می‌توان گفت که برنامه تمرینی موجب کاهش معنی‌دار میزان فاصله

استخوان‌های کتف از ستون فقرات شده است ($\alpha=0/05$).

نتایج پژوهش

جدول ۱. میانگین، انحراف استاندارد و نتیجه آزمون t فاصله استخوان‌های کتف دو گروه تجربی و کنترل پیش و پس از برنامه تمرینی

گروه‌ها	شاخص‌های آماری	میانگین	انحراف استاندارد	df	tob	Ter	Sig.	سطح معنی‌داری $\alpha=0.05$
♂	پیش آزمون	۲۲/۳۲	۶/۱۹	۱۲	۱۳/۵۲۶	۲/۱۲۵	۰/۰۰۱	♂
	پس آزمون	۲۰/۱۹	۶/۲۶					
♀	پیش آزمون	۲۶/۷۵	۶/۴۳	۹	-۰/۶۸۸	۲/۲۶۲	۰/۵۰۹	-
	پس آزمون	۲۶/۸۵	۶/۸۸					

جدول ۲. میانگین، انحراف استاندارد و نتیجه آزمون t فاصله استخوان‌های کتف در وضعیت صفر درجه LSST دو گروه تجربی و کنترل پیش و پس از برنامه تمرینی

گروه‌ها	شاخص‌های آماری	میانگین	انحراف استاندارد	df	tob	Ter	Sig.	سطح معنی‌داری $\alpha=0.05$
♂	پیش آزمون	۶/۱۲	۰/۴۷	۱۲	۴/۲۸۲	۲/۱۲۵	۰/۰۰۱	♂
	پس آزمون	۰/۵۲	۰/۲۷۷					
♀	پیش آزمون	۰/۷	۰/۴۲	۹	-۱/۹۵۰	۲/۲۶۲	۰/۸۲	-
	پس آزمون	۰/۸۴	۰/۳۲					

یکی دیگر از آزمون‌های مورد نظر، در این پژوهش جهت ارزیابی تقارن استخوان‌های کتف آزمون LSST در وضعیت ۴۵ درجه بود. یافته‌های مندرج در جدول ۳ بیانگر آن است که برنامه تمرینی بر میزان فاصله استخوان‌های کتف از ستون فقرات در وضعیت ۴۵ درجه در آزمون LSST تأثیر معنی‌داری داشته است، اما نمرات گروه کنترل معنی‌دار نمی‌باشد. با توجه به کم شدن ۰/۴۱ سانتی‌متر میانگین اختلاف فاصله کتف‌ها از ستون فقرات در پس آزمون نسبت به پیش آزمون، می‌توان نتیجه گرفت که برنامه تمرینی موجب کاهش معنی‌دار فاصله استخوان‌های کتف از ستون فقرات در وضعیت ۴۵ درجه LSST شده است ($\alpha=0/05$).

جدول ۳. میانگین، انحراف استاندارد و نتیجه آزمون t فاصله استخوان‌های کتف در وضعیت ۹۰ درجه LSST دو گروه تجربی و کنترل پیش و پس از برنامه تمرینی

گروه‌ها	شاخص‌های آماری	میانگین	انحراف استاندارد	df	tob	Ter	Sig.	سطح معنی‌داری $\alpha=0.05$
۱	پیش آزمون	۰/۱۶۲	۰/۷۸	۱۲	۲/۲۲۰	۲/۲۲۵	۰/۰۳۰	*
	پس آزمون	۰/۲۲۰	۰/۲۹					
۲	پیش آزمون	۰/۷۷۵	۰/۲۸	۹	-۱/۵۸۸	۲/۲۶۲	۰/۱۴۷	-
	پس آزمون	۰/۸۴	۰/۳۸					

با توجه به نتایج جدول ۴، می‌توان اظهار کرد که میزان فاصله استخوان‌های کتف از ستون فقرات گروه تجربی در پیش و پس از برنامه تمرینی تفاوت معنی‌داری یافته است. به عبارت دیگر برنامه تمرینی بر میزان فاصله استخوان‌های کتف از ستون فقرات در وضعیت ۹۰ درجه آزمون LSST تأثیر معنی‌داری داشته است. حال آنکه تغییرات مشاهده شده در گروه کنترل معنی‌داری نبود ($P=0/05$). با مقایسه میانگین نمرات پیش آزمون و پس آزمون، می‌توان کاهش ۵/۰ سانتی‌متری اختلاف فاصله کتف‌ها از ستون فقرات را مشاهده نمود و نتیجه گرفت که برنامه تمرینی موجب کم شدن فاصله استخوان‌های کتف از ستون فقرات در وضعیت ۹۰ درجه شده است.

جدول ۴. میانگین، انحراف استاندارد و نتیجه آزمون t فاصله استخوان‌های کتف در وضعیت ۹۰ درجه LSST دو گروه تجربی و کنترل پیش و پس از برنامه تمرینی

گروه‌ها	شاخص‌های آماری	میانگین	انحراف استاندارد	df	tob	Ter	Sig.	سطح معنی‌داری $\alpha=0.05$
۱	پیش آزمون	۰/۰۹	۱/۵۲	۱۲	۲/۲۶۶	۲/۱۴۵	۰/۰۰۱	*
	پس آزمون	۰/۲	۰/۳۸					
۲	پیش آزمون	۱/۸۱	۰/۷۲	۹	-۱/۰۲۹	۲/۲۶۲	۰/۲۳۰	-
	پس آزمون	۱/۹۲	۰/۴۶					

با توجه به یافته‌های مندرج در جدول ۵ و نمودار ۱ می‌توان اظهار داشت که سیگنال‌های الکترومیوگرافی (AEMG) عضلات دوزنقه و گوشه‌ای گروه تجربی کتف در ۴۵ درصد

حداکثر انقباض ارادی (MVC) قبل و پس از برنامه تمرینی تفاوت معنی داری داشته است ($p=0/05$). افزایش فعالیت عضلات، با درصد ثابتی از حداکثر انقباض ارادی (۲۵MVC) بیانگر آن است که تمرینات انجام شده موجب فراخوانی بیشتر واحدهای حرکتی عضله حین انقباض گردیده و در افزایش قدرت عضلات دوزنقه و گوشه‌ای به‌طور معنی داری مؤثر بوده است. با نگاهی به محل چسبندگی و عمل عضله دوزنقه می‌توان دریافت که برنامه تمرینی، بیشتر بر تارهای عضلانی بخش تحتانی و بخش میانی عضله دوزنقه که در پایین آوردن، چرخش بالایی و نزدیک کردن کتف‌ها فعالیت دارند اثرگذار بوده است. در همین خصوص، گلو مومن (۲۰) و کبیلر در پژوهش‌های خود نیز بر این نکته تأکید دارند که رایج‌ترین عضلات ضعیف ناحیه شانه ثابت‌کننده‌های بخش پایینی کتف یعنی عضلات جدول ۵ میانگین، انحراف استاندارد و نتیجه آزمون AEMG عضلات منتخب (دوزنقه و گوشه‌ای) دو گروه تجربی و کنترل پیش و پس از برنامه تمرینی

گروه‌ها	شاخص‌های آماری	میانگین	انحراف استاندارد	df	tob	Ter	Sig.	سطح معنی داری		
۱	دوزنقه	پیش آزمون	۵۸۳۵/۲	۹	۲۱۹/۳۳			*		
		پس آزمون	۶۶۰۳/۶	۹	۲۱۸/۱۲					
	گوشه‌ای	پیش آزمون	۳۵۶۱/۲	۹	۳۰۵/۵۵			*		
		پس آزمون	۳۹۸۳/۶	۹	۵۶/۹۲					
۲	دوزنقه	پیش آزمون	۵۶۰۳/۸	۴	۶۲۸/۷۳			*		
		پس آزمون	۵۸۲۱/۸	۴	۶۲۹/۶۳					
	گوشه‌ای	پیش آزمون	۳۶۱۸	۲	۳۴۸/۳۲			-		
		پس آزمون	۳۶۱۹/۲	۲	۳۵۲/۱۱					

دندانهای قدامی، متوازی الاضلاع، و قسمت میانی و تحتانی دوزنقه می‌باشند. آنان همچنین اظهار می‌دارند که قسمت تحتانی عضله دوزنقه و دندانهای قدامی زوج نیروی مهمی را ایجاد می‌کنند که عمل آنها موجب اتویشن زائده آخرمی می‌شود. چنانچه بخشی از زوج نیرو در اثر خستگی یا فلج دچار اختلال شود حرکات غیر طبیعی کتف را موجب می‌شود. وارتر (۳۲) در پژوهش خود با عنوان حرکت استخوان کتف بر روی قفسه سینه دو گروه آزمودنی

رایشانه طبیعی و شانه تابایدو مقایسه نحوه و اظهار داشت که عدم ثبات کتف منشاء تابیداری‌های مفضل شده است.

سورستون و همکارانش در پژوهشی رابطه سعی‌داری بین سیگنال‌های الکترومیوگرافی ناشی از نیروی انقباضات ایزومتریک عضلات پارکننده زانوی ۸ مرد سالم، پیش و پس از ۸ هفته تمرین قدرتی، مشاهده کردند (۲۳). در همین مورد، ادم و همکارانش اظهار می‌دارند که موقعیت کتف، ارتباط مستقیمی با ثبات کتف و تولید نیروهای عضلانی دارد (۷). با توجه به نتایج حاصل از این پژوهش، می‌توان اظهار داشت که برنامه تمرینی ضمن تغییر در موقعیت استخوان‌های کتف، موجب افزایش قریجگی استخوان‌های کتف، در هر سه وضعیت صفر، ۴۵ و ۹۰ درجه آزمون LSSIT شده است. افزایش قدرت عضلات و کمتر شدن فاصله کتف‌ها از یکدیگر و نیز افزایش قریجگی دو کتف، نشان‌دهنده تأثیر برنامه تمرینی بر موقعیت کتف‌ها و اصلاح ناهنجاری کتف‌های دور شده است. نتایج این پژوهش با نتایج پژوهش‌های سورستون (۲۳)، ادم و همکاران (۷)، موترا (۶) و کیپلر (۴) همخوانی دارد.

همان‌گونه که اشاره شد وضعیت بدنی، هم‌راستا بودن نیمی بخش‌های مختلف بدن با یکدیگر می‌باشد. کسی که وضعیت بدنی خوبی دارد، راستای بدنش طوری متعادل می‌شود تا فشارهای وارد بر قسمت‌های مختلف بدن اولیه حداقل برسد. اما کسی که وضعیت بدنی ضعیفی دارد، به علت فشار زیاد به بخش‌های خاصی از بدن، راستای بدن او از حالت تعادل خارج می‌شود. این تغییرات، توانایی افراد را در انجام کارها تغییر می‌دهد، و بر کارایی کل بدن تأثیر می‌گذارد (۳۴، ۳۵). در همین خصوص کیپلر (۴، ۵) اظهار می‌دارد که کیفیت و بسته‌ای با لوردوز گردنی موجب دور شدن بیشتر از حد استخوان کتف می‌شود و برای ایجاد راستای مناسب کتف، به انرژی عضلانی زیادی برای ریشکشی کتف نیاز است (۵). بر اساس نظیر موترا (۶) ضعف عضلات موجب آتروفی و افزایش طول عضلات بین کتف و ستون فقرات می‌گردد و باعث دور شدن استخوان‌های کتف از ستون فقرات می‌شود. لذا به نظر می‌رسد بی‌تمرینی موجب ضعف شدن عضلات ثابت‌کننده و عضلات بین استخوان کتف می‌شود و آتروفی عضلات بین کتفی را در سمتی از بدن که دچار ضعف زیادتری بودن به وجود می‌آورد. از این رو، این بخش نیازمند تعویب کافی عضلانی است و مطابق با اصول

کلی برنامه‌های تمرینی حرکات اصلاحی و درمانی، تقویت عضلات ضعیف شده موجب جابه‌جایی بیومکانیکی و کسب راستای مناسب بخش‌های تاهنجار می‌شود (۳۶-۳۹)؛ ۲۶-۳۱، ۲۰۰۸، ۱۷ (۲۰۰۸). در این پژوهش نیز به نظر می‌رسد که برنامه تمرینی موجب تقویت عضلات بین استخوان‌های کتف و کشش عضلات کوتاه و در نتیجه نزدیک‌تر شدن استخوان‌های کتف به یکدیگر شده است.

صرف‌نظر از اینکه پژوهشگران پیشنهاد انجام پژوهش‌های مشابه و اجرای پروتکل‌های مختلف تمرینی را بر عضلات کمر بند شانه دارند، به دست‌اندرکاران به ویژه معلمان، مربیان و کارشناسان تربیت‌بدنی توصیه می‌نمایند تا در بررسی وضعیت بدنی دانش‌آموزان و ورزشکاران، به موقعیت استخوان‌های کتف، فاصله بین کتف‌ها و قرینه بودن آنها توجه جدی نمایند، زیرا به نظر می‌رسد که موقعیت طبیعی استخوان‌های کتف با ضعف عضلات کمر بند شانه‌ای و ثابت‌کننده‌های کتف در ارتباط است. و تغییر در موقعیت کتف‌ها منجر به بروز تاهنجاری‌های تنه و کمر بند شانه‌ای می‌گردد که این تاهنجاری‌ها در ورزش و زندگی، احتمال آسیب‌دیدگی را در افراد افزایش می‌دهد. به بیان دیگر ضروری است با توجه به ارتباط میان فاصله استخوان‌های کتف و کاهش تقارن کمر بند شانه عضلات کمر بند شانه‌ای و به ویژه ثابت‌کننده‌های کتف، به عنوان جزئی از برنامه‌های تمرینی ورزشکاران و دانش‌آموزان تقویت گردد و برای افراد دارای کتف‌ها دور تقارنات اصلاحی ویژه در نظر گرفته شود.

پیشنهاد می‌شود معلمان تربیت‌بدنی، مربیان ورزش و متخصصان حرکات اصلاحی و درمانی، تمرینات ورزشی دانش‌آموزان، ورزشکاران و افراد را طوری طراحی و اجرا کنند، که دو طرف بدن در حد امکان به یک اندازه تقویت گردد. تا علاوه بر پیشگیری از به هم خوردن تقارن و تناسب بدنی، در صورت وجود عدم قرینگی در بخش‌های بدن، بهبودی حاصل گردد.

منابع

۱. فاکس ای، ال، ماتیوس، دی. (کتاب ۱۳۷۷) فیزیولوژی ورزش، ترجمه اصغر جاهدان، ج ۵، انتشارات دانشگاه تهران.
2. Blount Field. J. M, Ackland. T. R & B.C. Elliot (1995) *Applied Anatomy and Biomechanics in Sport*.
3. Houghum PA (2000) *Therapeutic Exercise for Athletic Injuries*. Human Kinetics, 11: 342-369.
4. Kibler WB (1998) *The Role of The Scapula in Athletic Shoulder Function*. The American Journal of Sports Medicine, Vol. 26 Issue 2, PP: 325-337.
5. Kibler WB (2000) *Scapular Disorder*. In: Garrett WE, Speer KP, Principles Practice of Orthopaedic Sports Medicine, Lippincott, Kirkendall DT, Williams & Wilkins, 27: 497-510.
6. Motran SI (1997) *Dynamic Stability of the Scapula*, J Manual Therapy, Vol. 2, Number 3, PP: 123-131.
7. Odum CJ, Taylor AB, Hurd CE, Denegar CR (2001) *Measurement Of Scapula Asymmetry and Assessment of Shoulder Dysfunction Using The Lateral Scapula Slide Test: A Reliability and Validity Study*, J Physical Therapy, V. 81, Number 2, PP: 800-809.
۸. رحیمی نوش آبادی، حسین، محمدحسین عبدالرحمن و محمد رضا بیات (۱۳۸۳) بررسی رابطه میان موقعیت قرارگیری استخوان کتف و بین‌عضلاتی کتف در شاه، تمرین حرکت، شماره ۲، صص ۸۵-۹۳
9. Jobe FW, Pink M (1993) *Classification & Treatment of Shoulder Dysfunction in The Overhead*, Journal Orthopaedic Sports Physical Therapy, 18: 427-452.
10. Kibler WB (1995) *Clinical Examination of The Shoulder in Petrucci FA, ed Athletic Injuries of The Shoulder*, New York: Mc Graw Hill, 31-42.
11. Kendall F P, Mc Creary EK, Provance PG (1993) *Muscles Testing & Function, 3rd ed*. Williams & Wilkins, Baltimore, P.343.
12. Kuhn JE, Plancher KD, Hawkins RJ (1995) *Scapular Winging*, Journal American Acad Orthop Surgery, 3: 319-325.
13. Kibler WB (1991) *Role of The Scapula in The Overhead Throwing Motion*, Contemp. Orthop, 22: 525-532.
14. Tippet SR (1994) *Reliability of the Lateral Scapula Slide Test [Dissertation]*, Champaign, IL: Illinois State University.
15. Gibson MFJ, Griebel GV, Jordan TM, et al (1995) *A Reliability Study of Measurement*

- Techniques to Determine Static Scapular Position*, Journal Orthopaedic Sports Physical Therapy. 21: 100-106.
16. T'Jonk L, Lysense R, Grasse G (1996) *Measurement of Scapular Position and Rotation: A Reliability Study*, J Physiotherapy Research International: The Journal For Researchers and Clinicians in Physical Therapy, 1(3) 148-158.
17. Voight ML, Thomson BC (2000) *The Role of The Scapula in The Rehabilitation of Shoulder Injuries*, Journal of Athletic Training; Dallas; V; 35 Issue 3P: 364-372.
18. Kibler WB (1993) *Evaluation of Sports Demands as a Diagnostic Tool in Shoulder Disorders*. In: Matsen FA, FU F, Hawkins RJ, eds, *The Shoulder: Balance of Mobility & Stability*, Rosemont, IL, A. A. O. S 31-42.
19. Moseley JB, Jobe FW, Pink MM, et al (1992) *EMG Analysis of The Scapular Muscles During A Shoulder Rehabilitation of Program*. American Journal Sports Medicine 20: 128-134.
20. Glousman R, Jobe FW, Tibone JE, Moynes D, Antonelli D, Perry J (1998) *Dynamic Electromyography Analysis of The Throwing Shoulder With Glenohumeral Instability*, Journal Bone Joint Surgery American 70: 220-226.
21. Hagberg, M (1981) *Muscular Endurance and Surface Electromyogram in Isometric and Dynamic Exercise*. Journal Of Applied physiology, 51, 3-7.
22. Bagg SD, Forrest WJ (1986) *Electromyographic Study of the Scapular Rotators during Arm Abduction in the Scapular Plane*, American Journal Physical Medicine. 65: 111-124.
۲۳. جلالی، محمد (۱۳۸۳) مقایسه تغییرات الکترومیوگرافی (EMG) عضلات اکستنسور زانو در حرکات پرس پا و اکستنشن زانو، پایان‌نامه کارشناسی ارشد، دانشگاه گیلان.
۲۴. صدیقی اسفنجانی، ایرج (۱۳۸۳). مقایسه تغییرات EMG عضلات دلتوئید و سینه‌ای بزرگ در حرکت پرس سینه، پایان‌نامه کارشناسی ارشد، دانشگاه گیلان.
۲۵. هومن، حمیدعلی (۱۳۷۰). اشتراط آماری در پژوهش رفتاری، تهران، انتشارات دیبا.
۲۶. مهدوی‌نژاد، رضا (۱۳۷۱). بررسی تأثیر فعالیت‌های حرکت و ورزشی برای اصلاح ناهنجاری‌های وضعیتی ستون فقرات دانش‌آموزان پسر دوره راهنمایی شهر تهران، پایان‌نامه کارشناسی ارشد، دانشگاه تربیت مدرس.
۲۷. علیزاده، محمدحسین، رضا، قراخانی، حسن؛ دانشمندی (۱۳۷۱) حرکات اصلاحی و درمانی ج ۳، انتشارات جهاد دانشگاهی واحد علامه طباطبائی.
۲۸. اکبر، مرتضی (۱۳۷۸) حرکات اصلاحی، انتشارات دانشگاه گیلان.
۲۹. دانشمندی، حسن، محمدحسین علیزاده، رضا قراخانی (۱۳۷۳) حرکات اصلاحی، ج ۱، پژوهشکده تربیت‌بدنی و علوم ورزشی، سازمان مطالعه و تدوین (سمت).
۳۰. سخنگویی، یحیی (۱۳۷۹) حرکات اصلاحی، اداره کل تربیت‌بدنی پسران وزارت آ.پ.

31. Alter M, J (1996) *Science of Stretching*, Human Kinetics.
32. Warner JJP, Micheli L, Arselman I. (1988) *Scapulothoracic motion in normal shoulder and shoulders with glenohumeral instability*. J Bone Surg Am. 70 A: 220-226.
33. Thörstenson A, Karlsson J, Viitasalo J.H, Luhtanen P, Komi P. V (1998) *Effect of Strength Training on EMG of Human Skeletal Muscle*. J. Acta Physiol Scand, 98(2): 232-236. Oct.
34. Gray, H. (1985) *Otology in Anatomy of the Human Body, 13th Edition*, Lea and Febiger Huntington.
۳۵. دلیپو تامسون، کلیم (۱۳۷۵)، اصول ساختاری حرکت شناسی، ترجمه رضا عطارزاده حسینی و عباس چمنان، انتشارات دانشگاه فردوسی مشهد.
۳۶. دهورار، وست، چارلز آ، بوجرا، میانی ترست بدنی و ورزشی، ترجمه احمد ایزد انشارات کمیته ملی المپیک جمهوری اسلامی ایران.
۳۷. جی بلوم فیلد، تی آر آکلند، سی سی الویسه (۱۳۸۴) بیومکانیک و آناتومی کاربردی در ورزش، ترجمه سعید ارتجم، پژوهشکده تربیت بدنی و علوم ورزشی.
۳۸. بهودی، لاله، بررسی تأثیر یک دوره حرکات اصلاحی ویژه بر روی دانش آموزان دختر کابوتیک ۱۵-۱۸ ساله شهرستان کرج، پایان نامه کارشناسی ارشد، دانشگاه تهران.
۳۹. اندام، رضا، بررسی و مقایسه وضعیت پشت گم در مردان و ایالیپیت، و فورتالیته تهران شاهرود با ارائه مشاهدات اصلاحی حرکات، پایان نامه کارشناسی ارشد، دانشگاه تهران.