



طراحی و ساخت سامانه طیف سنجی مادون قرمز نزدیک عملکردی ۴ کاناله برای ناحیه پیش پیشانی کورتکس

کوروش زارع، دکتر محمدعلی انصاری، مهرداد زارعی، صدرالدین محمودکلایه، دکتر وحید نجاتی^۲

آزمایشگاه تصویربرداری نوری پژوهشکده لیزر و پلاسما دانشگاه شهید بهشتی، تهران

^۲ پژوهشکده مغز و علوم شناختی دانشگاه شهید بهشتی، تهران

چکیده - طیف‌سنجی مادون قرمز نزدیک عملکردی (fNIRS) یک روش تصویربرداری غیرتهاجمی است که در آن از نور ناحیه مادون قرمز نزدیک (NIR) (۷۰۰ تا ۹۰۰ نانومتر) برای بررسی فعالیت های عملکردی مغز استفاده می شود. با این روش می توان میزان تغییرات غلظت های اکسی-هموگلوبین و دی اکسی-هموگلوبین را در حین انجام تکالیف شناختی اندازه گیری کرد. در این مقاله به موضوع ساخت دستگاه fNIRS موج-پیوسته و چهار کاناله به منظور بررسی فعالیت همودینامیک کورتکس در ناحیه پیش-پیشانی مغز افراد پرداخته شده است. به علاوه از این دستگاه برای اندازه گیری بار حافظه فعال در افراد در تکلیف N-back استفاده شده است.

کلیدواژه-طیف سنجی فروسرخ نزدیک اکسی هموگلوبین دی اکسی هموگلوبین فعالیت شناختی

Design and fabrication of 4-channel functional near infrared spectroscopy (fNIRS) for prefrontal cortex

K. Zare¹, Dr. M.A. Ansari¹, M.Zarei¹, S. Mahmood kalayeh¹, Dr. V. Nejati²

¹Optical bio imaging Lab, Laser and plasma research institute, Shahid Beheshty University, Tehran

² Shahid Beheshty University, Tehran

Functional near-infrared spectroscopy (fNIRS) is a non-invasive imaging technique which uses near-infrared light (700-900 nm) to monitor functional activities of the brain. With this method, concentration changes of Hb and HbO₂ can be detected during cognitive tasks. In this paper, designing of a CW (continuous-wave) 4-channel fNIRS device for monitoring of hemodynamic responses of human brain in middle prefrontal cortex has been discussed. Additionally the same device has been used to study the working memory load in an N-bank task.

Keywords: fNIRS oxy-hemoglobin deoxy-hemoglobin Cognitive task

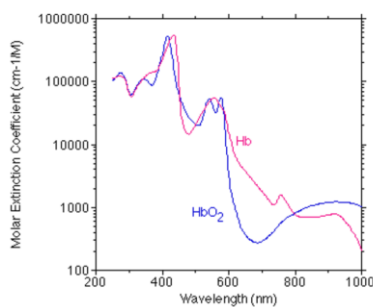
۱- مقدمه

ما در این مطالعه نحوه طراحی و ساخت یک سامانه fNIRS ۴کاناله را ارائه خواهیم کرد و سپس به بررسی عملکرد آن در حوزه علوم شناختی خواهیم پرداخت به همین منظور یک بسته نرم افزاری شناختی N-Back برای سنجش میزان بار حافظه فعال افراد طراحی و مورد آزمون قرار گرفت.

۲- روش ساخت دستگاه fNIRS و بسته شناختی

۲-۱- کنترل کننده مرکزی

مدارهای الکترونیکی در این قسمت از چند طبقه مجزا تشکیل شده‌اند که فعالیت کلی آنها از طریق میکرو پروسوسور به شماره فنی (LPC1768 Philips) کنترل می‌شود. با توجه به نمودار جذب بافت در ناحیه مادون قرمز نزدیک (شکل ۲)، بهترین انتخاب برای منابع نوری طول موج های ۷۳۰ و ۸۵۰ نانومتر بود که با در نظر گرفتن این موضوع به انتخاب منابع نوری پرداختیم.



شکل (۲) طیف جذبی اکسی هموگلوبین و دی اکسی هموگلوبین [۳]

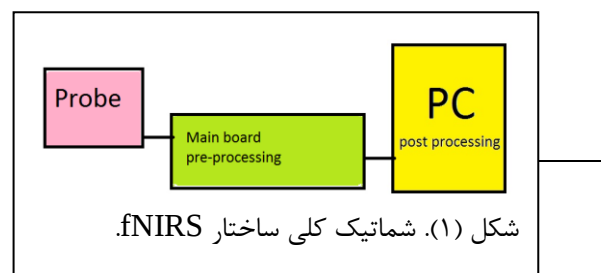
ضمناً از منبع نوری به شماره فنی (L4*730/4*805/4*850- 40Q96-I EPITEX LED) استفاده شد که با توجه به برگه اطلاعاتی با اعمال جریانی ۵۰ میلی امپر توان خروجی ۳۰ میلی وات را به بافت اعمال می‌کند که برای تاباندن به ناحیه پیش پیشانی مناسب است. اولین قسمت مدار کنترل کننده مرکزی راه انداز منابع نوری با جریان ثابت و پایداری نسبتاً بالا می‌باشد که سیگنال کنترلی خود را از طریق واحد آنالوگ به دیجیتال (D/A) دریافت می‌کند (شکل ۳).

طبقه بعدی مدار کنترل کننده مرکزی گیرنده سیگنال از فوتو دیودها می‌باشد که از تقویت برنامه پذیر (PGA) و فیلترهای آنالوگ (HPF)(LPF) تشکیل شده‌است (شکل ۴). فیلتر آنالوگ بکار رفته از نوع سالن-کی مرتبه دو با نمودار

روش طیف سنجی فروسرخ نزدیک عملکردی، fNIRS، روشی ایمن، ارزان، غیرتهاجمی و قابل حمل برای بررسی سیگنالهای مغزی می‌باشد تاکنون برای کارهای شناختی مانند بررسی تمرکز و حالات هیجانی و درمان کودکان اوتیسم از این روش استفاده شده است. این روش تصویربرداری نوری مشابه روش MRI^۱ تغییرات اکسیژنه بافت مغز را اندازه‌گیری می‌کند اما دستگاه fMRI بسیار حجیم گران قیمت و برای کودکان و افراد سالمند دارای محدودیت‌هایی می‌باشد. از طرفی دستگاه fNIRS یک مغز نگار قابل حمل، ارزان قیمت و با قابلیت استفاده برای افراد سالخورده و کودکان می‌باشد. [۱] در سامانه fNIRS از نور فروسرخ نزدیک (۶۵۰-۹۵۰) نانومتر استفاده می‌شود. این نور از پوست سر، جمجمه و مایع نخاعی عبور کرده و وارد کورتکس می‌شود. تغییرات زمانی غلظت سیگنال‌های خونی (اکسی هموگلوبین و دی اکسی هموگلوبین) باعث تغییر در ضریب جذب کورتکس شده و لذا شدت نور خروجی از بافت کورتکس تغییر می‌کند. با اندازه‌گیری شدت می‌توان تغییرات سیگنال‌های خونی را بدست آورد. باتوجه به مطالعات انجام شده بین این تغییرات و کارکرد مغز ارتباط معناداری وجود دارد. [۲]

دستگاه‌های fNIRS عموماً از سه بخش کلی کنترل کننده مرکزی، پراب و نرم‌افزار رابط تشکیل شده‌اند (شکل ۱) که در ادامه توضیح داده می‌شوند.

وظیفه کنترل کننده مرکزی، کنترل شدت نورها، داده‌گیری، پیش پردازش و ارسال داده‌ها به کامپیوتر را بر عهده دارد. چیدمانی از آشکار سازها و منابع نوری روی پراب طراحی می‌شود. نرم افزار کامپیوتری نیز وظیفه دریافت و پس پردازش و نمایش داده‌های ارسال شده از واحد کنترل کننده مرکزی را دارد.



^۱ fMRI –functional Magnetic Resonance Imaging

آشکارسازها است که با توجه به ناحیه پیش پیشانی و عمق نفوذ در ناحیه مذکور فاصله بین هر کانال نوری -فاصله بین منبع تا آشکارساز- ۳ سانتی متر در نظر گرفته شد. از طرفی با توجه به فرکانس نور ورودی و شدت خروجی از فوتو آشکارسازهایی با شماره فنی OPT101 استفاده شده است. شکل (۵) تصویری چیدمان پراب را نمایش میدهد.



شکل (۵) تصویر پروب ۴ کانال

۳-۲- نرم افزار کامپیوتری

به منظور پیاده سازی پردازش‌های دیجیتال و نمایش داده‌های دریافتی از کنترل کننده مرکزی نرم افزار کامپیوتری نوشته شده که ۴ کانال داده را بصورت بلادرنگ نمایش می‌دهد و از طرفی نرم‌افزار تکلیف شناختی بر روی آن اجرا می‌شود.

از آزمون N-Back به عنوان تکلیف شناختی استفاده شد. به این صورت که از اشخاص درخواست می‌شود رو به رایانه بنشینند و به صفحه نمایش نگاه کنند و ۲۰ ثانیه ابتدایی هیچ تغییری در صفحه نمایش صورت نمی‌گیرد (حالت استراحت) و در پایان زمان مذکور اعداد به مدت ۳ ثانیه روی صفحه نمایش ظاهر می‌شوند سپس عوض می‌شوند. اگر عدد نمایش یافته مشابه عدد قبلی (1-Back) و مشابه دوعدد قبلی (2-Back) باشد باید کلید F را روی صفحه کلید فشار دهد.

۴-۲- نحوه محاسبه غلظت‌ها

غلظت‌های اکسی هموگلوبین، ΔHbO_2 ، و دی‌اکسی هموگلوبین، ΔHb ، از رابطه زیر بدست می‌آیند:

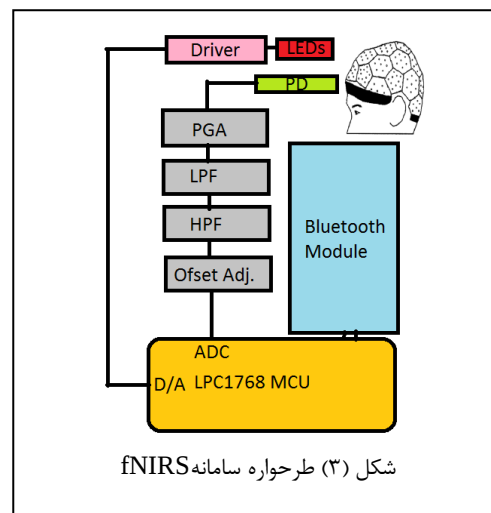
$$\Delta Hb = \frac{\ln \frac{I_0(\lambda_2)}{I(\lambda_2)} \varepsilon_2(\lambda_1) - \ln \frac{I_0(\lambda_1)}{I(\lambda_1)} \varepsilon_2(\lambda_2)}{(\varepsilon_2(\lambda_1) \varepsilon_1(\lambda_2) - \varepsilon_2(\lambda_2) \varepsilon_1(\lambda_1)) BL} \quad (1)$$

$$\Delta HbO_2 = \frac{\ln \frac{I_0(\lambda_1)}{I(\lambda_1)} \varepsilon_1(\lambda_2) - \ln \frac{I_0(\lambda_2)}{I(\lambda_2)} \varepsilon_1(\lambda_1)}{(\varepsilon_2(\lambda_1) \varepsilon_1(\lambda_2) - \varepsilon_2(\lambda_2) \varepsilon_1(\lambda_1)) BL} \quad (2)$$

که λ_1 و λ_2 به ترتیب طول موج ۷۳۰ و ۸۵۰ نانومتر مورد استفاده در دستگاه می‌باشد. ε_1 و ε_2 به ترتیب ضریب

مشخصه‌های زیر می باشد که با توجه به بازه فرکانسی فعالیت همودینامیکی (0.01-0.7Hz) انتخاب مناسبی است.

سیگنال بعد از عبور فیلتر بالاگذر مولفه جریان ثابت خود را

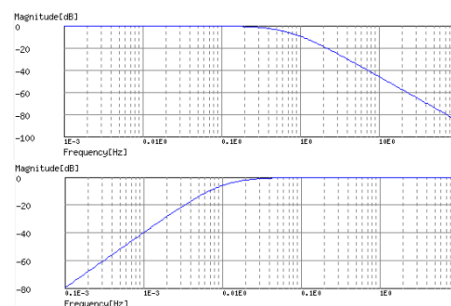


شکل (۳) طرحواره سامانه fNIRS

از دست داده پس طبقه بعدی مسئول اضافه کردن ولتاژ ۱.۵ ولت (Offset adjustment) بمنظور آماده شدن برای واحد تبدیل آنالوگ به دیجیتال می‌باشد (A/D) (شکل ۴).

قسمت بعدی مبدل آنالوگ به دیجیتال با وضوح ۱۲ بیت و محدوده دینامیکی ۳.۳ ولت و سیگنال به نویز ۱۱۰ دسی بل در فرکانس ۱ کیلو هرتز می‌باشد که بصورت داخلی در میکرو کنترلر قرار دارد [۴].

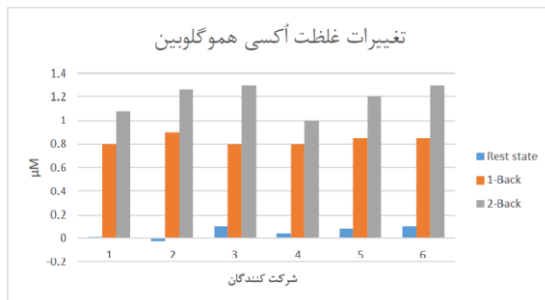
سیگنال‌های آنالوگ بعد از تبدیل از طریق واحد سریال (USART) به کامپیوتر میزبان (Host) فرستاده می‌شود. در این قسمت وظیفه کنترل کننده مرکزی پایان می یابد.



شکل (۴) فیلترهای پایین‌گذر و بالاگذر مرتبه دوم.

۲-۲- طراحی پروب

قسمت بعدی دستگاه طراحی چیدمانی از منابع نوری و



شکل (۷) نمودار تغییرات غلظت دی اکسی هموگلوبین (شکل بالا) و اکسی - هموگلوبین (شکل پایین) در هنگام فعالیت شناختی N-Back برای ۶ نفر.

مراجع

[1] A. V. Lüthmann, et al. "Toward a Wireless Open Source Instrument: Functional Near-infrared Spectroscopy in Mobile Neuroergonomics and BCI Applications." *Frontiers in human neuroscience* 9 (2015).

[2] M. A. Ansari, M. Shojaeifar, E. Mohajerani; "The estimation of recovery time of calf muscle oxygen saturation during exercise by using functional near infrared spectroscopy"; *Optics Communications* 325 (2014) 23-27

[۳] مهرداد زارعی، صدرالدین محمود کلایه، محمدعلی انصاری، بررسی حساسیت دستگاه طیفسنجی مادون قرمز نزدیک عملکردی به تغییرات ضریب جذب در فانتوم مشابه بافت مغز انسان، چهارمین کنفرانس لیزر و کاربردهای آن، تهران، آبان ۱۳۹۵.

[4] G. E. Strangman, L. Zhi, and Z. Quan, "Depth sensitivity and source-detector separations for near infrared spectroscopy based on the Colin27 brain template." *PloS one* 8.8 (2013): e66319.

خاموشی اکسی هموگلوبین و دی اکسی هموگلوبین می باشد. L و B هم به ترتیب فاکتور طول مسیر و فاصله میان چشمه و آشکارساز است.

۳-۳. نتایج تجربی

ابتدا برای بررسی حساسیت و کالیبراسیون دستگاه، از فانتوم های دینامیک مشابه سر انسان استفاده شد که جزییات آن در مقاله [۳] ارائه شده است. نتایج نشان داد که دستگاه قادر است تا تغییرات دهم میکرومولار را در عمق دو سانتی متری لایه کورتکس فانتوم با دقت خوبی اندازه گیری نماید. ضمناً به کمک فیلترهای نرم افزاری ANOVA، نوفه های حرکتی کاهش و نسبت سیگنال به نوفه بیش از ۳۸ دسی بل بهبود داده شد.

سپس آزمون شناختی روی ۶ دانشجو مرد در بازه سنی ۲۴ تا ۲۷ سال انجام شد. از طرفی دستگاه fNIRS بر روی پیشانی قرار گرفته و سیگنال های همودینامیک را ثبت می کند که نتایج آن در نمودار شکل (۶) مشاهده می شود. انتظار داریم با سخت تر شدن آزمون، تغییرات غلظت ها بیشتر شود.

۴. نتیجه گیری

در این مقاله مراحل ساخت دستگاه fNIRS چهارکاناله توضیح داده شد. همانطور که در شکل ۶ دیده می شود این سامانه قادر است تا تغییرات غلظت اکسی هموگلوبین و دی اکسی هموگلوبین را با دقت ۰٫۱ میکرومولار اندازه گیری نماید. همانطور که انتظار می رود با سخت تر شدن فرایند شناختی، تغییرات بیشتری در سیگنال های همودینامیک مغز اندازه گیری شد.

