



دانشگاه صنعتی اصفهان

دانشکده مهندسی برق و کامپیوتر

پایان نامه جهت اخذ درجه کارشناسی ارشد در مهندسی برق گرایش مخابرات

عنوان:

بهبود روش‌های جداسازی سیگنال الکتروکاردیوگرام جنین از مادر مبتنی بر
روش آنالیز اجزا مستقل

تهیه کننده:

نقیسه کریمی

اساتید راهنما

دکتر رسول امیرفتاحی

دکتر بهزاد نظری

زمستان ۱۳۹۱



دانشگاه صنعتی اصفهان

دانشکده مهندسی برق و کامپیوتر

پایان نامه‌ی کارشناسی ارشد رشته‌ی مهندسی برق - مخابرات

تحت عنوان

بهبود روش‌های جداسازی سیگنال الکتروکاردیوگرام جنین از مادر مبتنی بر

روش آنالیز اجزا مستقل

در تاریخ ۱۳۹۱/۱۲/۲۳ توسط کمیته‌ی تخصصی زیر مورد بررسی و تصویب نهایی قرار گرفت.

دکتر رسول امیرفتاحی

۱- استاد راهنمای پایان نامه

دکتر بهزاد نظری

۲- استاد راهنمای پایان نامه

دکتر محمدرضا یزدچی

۲- استاد مشاور پایان نامه

دکتر صفورا روح الامین

۳- استاد مشاور پایان نامه

دکتر مسعود عمومی

۴- سرپرست تحصیلات تکمیلی دانشکده

تشکر و قدردانی

سپاس بی‌کران پروردگار یکتا را که هستی‌مان بخشید و به طریق علم و دانش رهنمونمان شد و به هم‌نشینی رهروان علم و دانش مفتخرمان نمود و خوشه چینی از علم و معرفت را روزیمان ساخت.

و با سپاس از سه وجود مقدس:

پدران

مادران

اساتید

از زحمات اساتید ارجمند جناب آقای دکتر امیر فتاحی و آقای دکتر نظری که به عنوان اساتید راهنما در تمامی مراحل تحقیق با دقت نظر خود مرا بهره‌مند ساختند و همچنین از جناب آقای دکتر یزدچی و خانم دکتر روح‌الامین که با مشاوره و پیشنهادات ارزنده خود مرا همراهی نمودند، تشکر و قدردانی می‌نمایم.

کلیه حقوق مادی مترتب بر نتایج مطالعات،
ابتکارات و نوآوریهای ناشی از تحقیق موضوع
این پایان نامه (رساله) متعلق به دانشگاه صنعتی
اصفهان است.

تقدیم به پدر بزرگوار و مادر مهربانم

آن دو فرشته ای که از خواسته هایشان گذشتند، سختی ها را به جان خریدند و خود را سپر
بلای مشکلات و ناملایمات کردند تا من به جایگاهی که اکنون در آن ایستاده ام برسم.

و تقدیم به همسر عزیزم

که همواره موجب دلگرمی و فراغ خاطر من بوده است

بِسْمِ اللَّهِ الرَّحْمَنِ الرَّحِيمِ

فهرست مطالب

۱- فصل اول : مقدمه

۴	۱-۱ مقدمه
۵	۲-۱ تاریخچه
۶	۳-۱ مروری بر روش های غیر تهاجمی استخراج فعالیت الکتریکی قلب جنین
۷	۱-۳-۱ روش های جداسازی خطی
۹	۱-۳-۱ روش های جداسازی غیرخطی
۱۰	1-3-2 فیلترهای وقتی
۱۱	۴-۱ هدف پروژه
۱۱	۵-۱ جمع بندی

۲- فصل دوم: روش های پایش فعالیت الکتریکی قلب جنین

۱۲	۱-۲ مقدمه
۱۲	۲-۲ مراحل رشد جنین
۱۳	۱-۲-۲ لایه های اطراف جنین
۱۴	۲-۲-۲ وضعیت جنین
۱۵	۳-۲ فعالیت الکتریکی قلب جنین
۱۵	۱-۳-۲ انتقال پتانسیل عمل در قلب
۱۶	۲-۳-۲ سیگنال الکتروکاردیوگرام
۱۷	۴-۲ روش های پایش جنین
۱۸	۱-۴-۲ روش های پایش قلب جنین به صورت غیرتهاجمی
۲۱	۲-۵ نويزهای سيگنال FECG
۲۲	۶-۲ جمع بندی

۳- فصل سوم: تکنیک های پردازشی مورد استفاده در جداسازی فعالیت الکتریکی قلب جنین از مادر

۲۳	۱-۳ مقدمه
۲۴	۲-۳ آنالیز اجزا مستقل
۲۴	۳-۳ مدل ریاضی
۲۷	۴-۳ مفهوم ICA
۲۹	۵-۳ پیش پردازش های ICA
۲۹	۱-۵-۳ صفر کردن میانگین
۲۹	۲-۵-۳ سفیدسازی

۳۰ روش های جداسازی ترکیب خطی	۶-۳
۳۰ مینیمم کردن خاصیت گوسی	۱-۶-۳
۳۳ مینیمم کردن اطلاعات متقابل	۲-۶-۳
۳۴ تخمین بیشترین همانندی	۳-۶-۳
۳۵ تحلیل مولفه های مستقل مبتنی بر شبکه عصبی	۷-۳
۳۷ سفید سازی	۱-۷-۳
۳۸ جداسازی:	۲-۷-۳
۴۲ تخمین ماتریس ترکیب	۳-۷-۳
۴۲ تبدیل موجک	۸-۳
۴۳ آنالیز چنددقتی و تابع مقیاس	۱-۸-۳
۴۶ جمع بندی	۹-۳

۴- فصل چهارم: روش پیشنهادی برای جداسازی سیگنال جنین از مادر

۴۷ مقدمه	۱-۴
۴۷ داده	۲-۴
۴۸ پایگاه داده های موجود	۱-۲-۴
۴۹ داده های شبیه سازی شده	۴-۲-۲
۵۳ داده طبیعی	۳-۲-۴
۵۵ روش های کمی مقایسه	۳-۴
۵۷ پیش پردازش	۴-۴
۶۲ جداسازی	۵-۴
۶۲ جداسازی با استفاده از ICA	۶-۴
۶۵ نویرزدایی توسط ICA	۱-۶-۴
۶۷ تولید داده مصنوعی	۲-۶-۴
۷۷ مقایسه با روش های دیگر	۷-۴
۸۴ جداسازی برخط	۸-۴
۹۲ جمع بندی	۹-۴

۵- فصل پنجم: نتیجه گیری و پیشنهادات

۹۴ مقدمه	۱-۵
۹۴ جمع بندی و نتیجه گیری	۲-۵
۹۵ پیشنهادات	۳-۵

۹۷ پیوست

۹۹ مراجع

چکیده

نارسایی های قلبی از رایج ترین آسیب هایی است که باعث مرگ نوزدان می شود. پایش قلب جنین می تواند با تشخیص زودرس این آسیب ها از برخی مرگ و میرها و یا نقصان هایی که ممکن است در اثر تشخیص دیر هنگام بیماری ایجاد شود، جلوگیری کند. در حال حاضر روش های مختلفی برای پایش قلب جنین وجود دارد ولی این روش ها در تشخیص بسیاری از بیماری ها ضعیف عمل می کنند و یا به دلیل خطراتی که در استفاده از آنها وجود دارد به کار گرفته نمی شوند. در این میان دستیابی به سیگنال الکترو کاردیوگرام جنین که حاوی فعالیت الکتریکی قلب جنین است از اهمیت زیادی برخوردار است. البته این سیگنال به نوزها و اغتشاشات زیادی آلوده است که مهم ترینشان سیگنال الکترو کاردیوگرام مادر است. وجود نوزدهای دیگری نظیر فعالیت های عضلانی، تنفس مادر و دستیابی به این سیگنال را با مشکلاتی مواجه ساخته است. در این پایان نامه روش جدید و کارآمدی برای دستیابی به سیگنال قلب جنین ارائه شده است. هدف این روش ابتدا دستیابی به نرخ ضربان قلب جنین است و در مرحله دوم دستیابی به اطلاعاتی در زمینه مورفولوژی سیگنال قلب جنین مورد توجه است. در این روش با نویزدایی سیگنال قلب به روش های مختلف و انتخاب بهترین روش نویزدایی سعی می شود حتی الامکان میزان نویز و آرتیفکت را در سیگنال ضبط شده به کمترین میزان برسانیم و در مرحله بعد با ارائه روشی در جداسازی، سیگنال جنین را با کیفیت مناسبی استخراج کنیم. در این روش امکان بهبود روش های دیگر مبتنی بر روش آنالیز اجزا مستقل را هم فراهم می آوریم. امکان جداسازی با کاهش تعداد الکترودها از مزایای دیگر این روش است. از رویکردهای دیگر در این پایان نامه جداسازی سیگنال جنین به صورت برخط است. درصد حساسیت و نرخ تشخیص صحیح برای جداسازی برون خط به روش پیشنهادی به ترتیب برابر ۹۸.۲ و ۹۸.۶ درصد و برای جداسازی برخط برابر ۹۸ و ۹۷.۳۳ درصد به دست آمده است.

فصل اول

مقدمه

۱-۱ مقدمه

نارسایی های قلبی از رایج ترین آسیب های هنگام تولد نوزادان است که باعث مرگ آن ها می شود. سالانه ۱۲۵ نوزاد با نقص های قلبی مادرزادی متولد می شوند [۱]. حتی بعضی از این بیماری ها در ابتدا تشخیص داده نشده و باعث بسیاری از مرده زایی ها و یا آسیب های قلبی در دوران نوجوانی و جوانی می گردد. در حال حاضر از متداول ترین روش های موجود برای پایش قلب جنین سیستم های اولتراسوند^۱ می باشد که تنها قابلیت نشان دادن ضربان قلب جنین و برخی از بیماری های قلبی را دارند [۲]. سیگنال ECG^۲ (الکتروکاردیوگرام) که نشان دهنده ی فعالیت الکتریکی قلب است به علت رابطه ای که بین نحوه انقباض عضله قلبی، آریتمی های قلبی و سیستم عصبی قلب وجود دارد، حاوی اطلاعات زیادی خواهد بود. به همین علت پایش سیگنال الکتروکاردیوگرام قلب بسیار مفید بوده و به لحاظ کلینیکی می تواند جایگزین و یا مکملی برای سیستمهای اولتراسوند فعلی باشد.

چنانچه اطلاعاتی که از FECG^۳ بدست می آیند در کنار مشاهدات کلینیکی قرار گیرند، می توان اطلاعاتی در مورد آسیب شناختی هنگام بارداری یا زمان وضع حمل مانند کمبود اکسیژن درون رحمی، پیچش بند ناف و غیره

¹ Ultrasound

² electrocardiogram

³ Fetal ECG

بدست آورد. در این صورت با اتخاذ اقدامات پیشگیرانه می‌توان از بیماری‌های نوزادان و یا مرگ و میر آنها جلوگیری نمود و در این صورت تأثیر معالجه بیشتر خواهد بود.

برای ضبط سیگنال ECG از دو روش تهاجمی و غیر تهاجمی استفاده می‌شود. در روش تهاجمی از الکتروودهایی که با جمع‌همه جنین در تماس است استفاده می‌شود که روش خطرناک و منحصر به زمان زایمان است. در روش غیر تهاجمی از الکتروودهایی که روی بدن مادر قرار می‌گیرد استفاده می‌شود. ولی اشکال عمده‌ی این روش در توان کم FECG است که به اغتشاشاتی نظیر ECG مادرانه، EMG^۱، نویزهای حرکتی، فعالیت عضلانی، نویز الکتریکی و نویز ۵۰ هرتز خطوط آلوده شده است.

در ادامه نحوه ثبت سیگنال FECG از گذشته تا کنون را بیان می‌کنیم. سپس به مروری بر مطالعات انجام شده برای دستیابی به FECG می‌پردازیم. قابل توجه است که این تحقیقات اکثراً برای دستیابی به نرخ ضربان قلب انجام گرفته و هدف دستیابی به موج‌های ECG تنها در تعداد اندکی از مطالعات مورد بررسی واقع شده است. هدف از انجام پروژه و بررسی اجمالی روند کار در قسمت آخر توضیح داده می‌شود.

۱-۲ تاریخچه

سیگنال الکتروکاردیوگرام جنین، اولین بار توسط M. cramer در سال ۱۹۰۶ اندازه‌گیری شد [۳]. با توجه به دامنه کوچک سیگنال الکتروکاردیوگرام جنین، گالوانومترهایی که برای ضبط FECG مورد استفاده قرار می‌گرفتند نمی‌توانستند ECG جنین را با دقت خوبی در اختیار پزشکان قرار دهند. بدیهی است با پیشرفت تکنولوژی و استفاده از تقویت کننده‌ها، دانشمندان بیش از پیش به چنین ابزاری توجه نشان می‌دادند. با این وجود به علت تداخل سیگنال قلب مادر در سیگنال قلب جنین، مشکلات زیادی در دستیابی به FECG وجود داشت. در این هنگام استفاده از الکتروودهای داخل رحمی تا حدودی توان کم FECG را بهبود داد، ولی این الکتروودها بین دیواره رحم و پرده جنین قرار می‌گرفت که این امر ممکن بود باعث پارگی پرده جنین شود [۴]. بنابراین استفاده از این روش چندان رواج نیافت. هان^۲ در همان سال الکتروودهایی را معرفی کرد که مستقیماً ECG را از جنین ضبط می‌کردند. این الکتروودها در گردنه رحم قرار می‌گرفتند و پس از پارگی پرده جنین بر روی قسمتی از جنین (جمع‌همه جنین) نصب می‌شدند [۵]، ولی این روش منحصرماً مختص به زمان زایمان بود هم اکنون نیز برای پایش مستقیم جنین از همین الکتروودها استفاده می‌شود. این کار توسط دستگاهی با نام STAN^۳ انجام می‌پذیرد.

^۱ electromyogram

^۲ Han

^۳ ST Segment Analysis

استفاده از الکترودهایی که فقط در حین زایمان بر روی جمجمه جنین قرار می گیرند، عدم اطلاع از کل فعالیت قلب به علت تصویر تک بعدی STAN و حرکت جنین که محاسبات دستگاه را مخدوش می کند از عوامل ضعف STAN است. با پیشرفت روش های پردازش سیگنال، محققان بر آن شدند تا بدون نیاز به استفاده از الکترودهای داخل رحمی و تنها با استفاده از الکترودهایی که روی پوست مادر نصب می شدند به FECG دست پیدا کنند. به این ترتیب مشکل انحصاری بودن روش های قبلی به زمان زایمان، تهاجمی و تک الکترودی بودن آن ها را برطرف کرده و امکان پایش های طولانی مدت را نیز مهیا کنند. در قسمت بعد به مروری بر تحقیقات انجام شده در این زمینه می پردازیم.

۳-۱ مروری بر روش های غیر تهاجمی استخراج فعالیت الکتریکی قلب جنین

برای دستیابی به FECG در کل می توان به دو رویکرد اشاره کرد:

(۱) در نظر گرفتن ECG مادر به عنوان نویز و نویز زدایی سیگنال ECG ضبط شده از پوست مادر.

(۲) جداسازی FECG و ECG مادر بطور مستقیم از یکدیگر.

در هر یک از دو روش نویز همراه با FECG باقی می ماند که باید توسط پس فیلترها حذف شود تا FECG مطلوبی بدست بیاید.

روش های پردازشی با دو هدف بر روی سیگنال AECG^۱ اعمال می شوند. اول برای دستیابی به FHR^۲ و دوم دستیابی به مورفولوژی سیگنال FECG. با توجه به اینکه FECG می تواند روش تشخیص موثری برای بررسی وضعیت کلی جنین در زمان زایمان باشد علیرغم تاثیر جزئی ای که FECG بر روی AECG دارد، استفاده از روش های متعدد برای دستیابی به FHR و FECG قابل توجه خواهد بود.

علاوه بر آشکارسازی FECG، استخراج FECG برای پزشکان از اهمیت ویژه ای برخوردار است. بررسی وضعیت جنین، تشخیص نارسایی ها، مرده یا زنده بودن جنین، اطمینان از سلامت جنین و ... مواردی هستند که از نظر بالینی برای پزشکان اهمیت دارد. در کل می توان سه شاخصه برای FECG در نظر گرفت.

(۱) FHR

(۲) دامنه موج های مختلف

(۳) طول زمان موج های مختلف

روش هایی که برای دستیابی به FECG استفاده شده است را می توان به موارد زیر تقسیم بندی کرد:

^۱ Abdominal ECG

^۲ Fetal Heart rate

۱-۳-۱ روش های جداسازی خطی

در روش های خطی، سیگنال توسط توابعی که مرتبط به حوزه فرکانس، زمان و دیگر ویژگی های سیگنال است به اجزایی تقسیم می شود. در این میان می توان به روش هایی نظیر تبدیل موجک^۱، ICA، BSS و ... اشاره نمود. در ادامه به توضیحاتی درباره این روش ها می پردازیم.

۱) تبدیل موجک

در سال ۱۹۹۶، J.c. Echeverria و همکارانش روشی را مبتنی بر تبدیل موجک و انطباق الگو (WA-PM) ارائه دادند. روش از دو مرحله تشکیل می شد. ابتدا با استفاده از تبدیل موجک نویزهای فرکانس بالا و پایین از بین می رود و در مرحله دوم با استفاده از انطباق الگو، QRS مادر شناسایی و از سیگنال کم می شود. سپس با روش های ساده ای QRS جنین آشکارسازی می شود [۶].

در همان سال، Papadimitriou و همکارانش، سعی کردند نویز سیگنال FHR را توسط تبدیل موجک از بین ببرند. در واقع آنها سعی کردند سیگنال را بدون حذف اطلاعات فرکانس بالایش، نویززدایی کنند. آن ها سیگنال را در حوزه تبدیل موجک نویززدایی کرده و سپس آن را به حوزه اصلی برگرداندند [۷].

در سال ۲۰۰۲، Y. Fujimoto و F. Mochimaru از MRA^۲ برای حذف نوسانات و نویز استفاده کردند. آن ها سیگنال را توسط 20 Doubchies تا ۱۲ سطح تجزیه کردند و سپس هر سطح را با استفاده از آستانه گذاری های نرم و سخت و با استفاده از وزن دهی انحراف معیار نویز زدایی کردند [۸]. در سال ۲۰۰۴، Karvounis و همکارانش برای تشخیص QRS جنین از CCWT و تئوری ماژول های ماکسیما استفاده کردند [۹].

از مزایای تبدیل موجک، امکان پیاده سازی آن توسط فیلتر بانک ها است و اینکه می توان تنها با داشتن یک الکتروود و استفاده از این تبدیل به FECG دست یافت. ولی استفاده از روش هایی که سیگنال را در حوزه فرکانس و زمان بررسی می کنند می تواند باعث حذف پیک های QRS جنین، زمانی که در QRS مادر نهفته است شود؛ که در اینصورت باید در مرحله ای این پیک ها را آشکار کرد. مانند کاری که karvounis در سال ۲۰۰۷ انجام داده است. او در یک مرحله QRS مادر را توسط تبدیل ویگنرویل حذف کرده، سپس پیک های جنین را توسط تبدیل موجک پیوسته تعیین و در مرحله سوم سعی کرده پیک های R جنین که در MQRS مادر قرار داشته اند را آشکارسازی کند. او در این مقاله به نتایج خوبی دست پیدا کرده و توانسته با دقت خوبی نرخ ضربان قلب جنین را به دست آورد [۱۰].

^۱ Wavlete Transform

^۲ multiresolution analysis

از دیگر روش‌های جداسازی خطی که بسیار استفاده شده است، ICA و BSS است.

۲) جداسازی کور منابع^۱

در سال ۲۰۰۰، Lieven De Lathauwer و همکارانش، برای جداسازی سیگنال ECG جنین از مادر روشی را پیشنهاد دادند که با استفاده از ICA و چند الکترومی می‌توانستند به سیگنال FECG دست پیدا کنند [۱۱].

در سال ۲۰۰۳، D.E. Marossero و همکارانش الگوریتمی را ابداع کردند که بر مبنای کمینه کردن اطلاعات متقابل Renyi's طراحی شده بود. این الگوریتم که از خانواده ICA است و به نام Mermaid شناخته می‌شود [۱۲]. Ping Gao و همکارانش نیز در سال ۲۰۰۳ روشی را ارائه دادند که بر مبنای ترکیب روش‌های SVD و ICA کار می‌کرد [۱۳]. در همان زمان Vigneron نیز روشی را براساس ترکیب ICA و تبدیل موجک ارائه داد که ابتدا سیگنال توسط ICA جداسازی و سپس توسط تبدیل موجک پردازش می‌شود [۱۴].

در سال ۲۰۰۷، Michiyoshi Sato، الگوریتمی را ارائه داد که در آن علاوه بر نویززدایی توسط تصویرسازی سیگنال‌ها، از BSS همراه با مرجع استفاده شده است. او سیگنال مرجع را سیگنال بدست آمده از امواج آلتراسوند داپلر فرض کرده است. این مرجع منطبق با ضربان قلب جنین می‌باشد. در واقع او به جای معیار استقلال و یا تعامد، از معیار شباهت با مرجع برای رسیدن به FECG مطلوب استفاده کرده است. وی با استفاده از این روش توانسته به نتایج خوبی در دستیابی به FHR و تا حدودی مورفولوژی سیگنال FECG برسد [۱۵].

در سال ۲۰۰۸، رضا ثامنی الگوریتم π ICA را برای جداسازی، بر اساس پرودیسیتهی ارائه می‌دهد. او در این روش سیگنال‌ها را بر مبنای میزان شباهت پرودیستی آن‌ها با سیگنال مرجعی که از مادر به دست می‌آورد جدا می‌کند. این سیگنال مرجع می‌تواند متعلق به جنین نیز باشد [۱۶]. ثامنی در سال ۲۰۱۰ روشی برای تکمیل روش قبلی خود بیان می‌کند که در آن پس از تجزیه سیگنال توسط π ICA و تعیین مولفه‌های^۲ مربوط به مادر، قسمت‌های مربوط به مادر از این سیگنال‌ها را توسط فیلتر کالمن حذف می‌کند. سپس سیگنال‌های نویززدایی شده توسط فیلتر کالمن را با مابقی اجزا به دست آمده از روش π ICA را به فضای اصلی بر می‌گرداند. او توسط این روش نتایج خوبی در دستیابی به FHR و تا حدودی مورفولوژی سیگنال FECG رسیده است [۱۷].

در سال ۲۰۱۰، Changli Li با ارائه الگوریتم ICAR، بر اساس شباهت با سیگنال مرجع سعی در جداسازی سیگنال جنین از مادر می‌کند [۱۸].

در اکثر این روش‌ها الگوریتم تاحدودی توانسته FHR را تشخیص دهد ولی دستیابی به مورفولوژی سیگنال FECG کار دشواری است که محققان علاوه بر بهبود دقت FHR، در تلاش اند به این هدف نائل شوند.

^۱ Blind source separation

^۲ Components

۱-۳-۱ روش های جداسازی غیرخطی

نکته قابل توجه در مورد روش های خطی این است که این روش ها همواره نمی توانند سیگنال و نویز را از یکدیگر جدا کنند. بهترین راه حل برای اینگونه موارد استفاده از روش های غیرخطی است. از روش های غیرخطی که بسیار در این زمینه مورد استفاده قرار گرفته است، روش های هوشمند می باشد.

در سال ۲۰۰۱، Camps از روش شبکه عصبی FIR، برای استخراج FECG استفاده کرده است. در واقع شمای کلی طرح همان adaptive filler است که سیگنال مطلوب، سیگنال قلب مادر و سیگنال مخدوش، AECG می باشد. در این روش برای بروزرسانی وزن ها، از یک شبکه به صورت شبکه عصبی چندلایه پرسترون استفاده شده است؛ هریک از ورودی ها در این شبکه از یک FIR فیلتر عبور می کند [۱۹]. در سال ۲۰۰۴، Mamun [۲۰] و در سال ۲۰۱۰، Wenjuan از شبکه عصبی خطی و فقی^۱ برای استخراج FECG استفاده کرده است [۲۱]. این روش نیز یک روش adaptive filter است که در آن بروزرسانی وزن ها توسط قوانین شبکه عصبی انجام می شود. Wenjuan از شبکه چندلایه نیز برای اینکار استفاده کرده که نسبت به شبکه های تک لایه نتایج بهتری را دربر داشته است.

در سال ۲۰۰۷، khaled از شبکه استنتاج فازی و شبکه عصبی برای استخراج FECG استفاده کرده است. Anfis ابزار قدرتمندی در تخمین تبدیل های غیرخطی می باشد. او از این ابزار برای نزدیک تر شدن هرچه بیشتر AECG به استفاده کرده که در اینصورت خطای الگوریتم همان FECG خواهد بود. او این در مقاله نشان داده است که Anfis، از شبکه عصبی بهتر عمل می کند [۲۲].

از مزایای این روش ها این است که حتی به صورت تک کاناله قابل پیاده سازی هستند مانند روش های مبتنی بر تبدیل موجک و برخلاف روش های ICA، Bass و ... که در آن ها هرچه تعداد ورودی ها بیشتر باشند نتایج بهتری خواهیم داشت. البته پیچیدگی پیاده سازی روش های غیرخطی از عوامل ضعف آنها است.

همچنین از مزایای شبکه عصبی و نروفازی سرعت بالای آنها و عدم نیاز به حضور انسان می باشد. این روش ها کاملاً اتوماتیک هستند، در حالیکه روش های تبدیل موجک گاهی برای افزایش دقت الگوریتم، نیاز به تایید و یا تشخیص انسان دارند. البته در روش های ICA و BSS نیز می توان تاثیر انسان را کاملاً حذف نمود. روش های ICA، BSS شبکه عصبی و نروفازی به صورت برخط و زمان واقعی^۲ قابل پیاده سازی می باشند. از دیگر مزایای ICA، BSS این است که به هیچگونه اطلاعاتی در مورد منابع تولید کننده سیگنال ها نیاز ندارند و به علت اینکه در

^۱ adaptive Linear Neural Network

^۲ real time

این پروژه، نوپزو FECCG در تمام زمينه هاي پردازش سيگنال تداخل دارند استفاده از اين دست روش ها مناسب تر خواهد بود.

۱-۳-۲ فیلترهای وقفی

فیلترهای وقفی از اولین روش هایی است که برای استخراج FECCG بکار گرفته شده است. در این میان می توان به Widrow اشاره نمود [۲۳]. او در سال ۱۹۷۵ برای استخراج سيگنال روش adaptive noise Cancelling را ارائه داده است. برای این کار وی از پنج الکتروود که چهارتای آن روی قفسه سینه و یک الکتروود که بر روی شکم مادر قرار داشت، استفاده کرد.

Kam و cohn در سال ۱۹۹۹ دو روش برای آشکارسازی FECCG ارائه دادند. یکی مبنی بر فیلترهای وقفی IIR و الگوریتم ژنتیک و دیگری مبتنی بر الگوریتم ژنتیک بدون استفاده از فیلترهای وقفی. زمانی که از الگوریتم ژنتیک به همراه فیلتر وقفی استفاده شود، الگوریتم ژنتیک باعث می شود فیلتر وقفی زمانی که احتمال به مینیمم محلی وجود دارد، به این هدف برسد و استفاده همزمان از الگوریتم ژنتیک و فیلتر وقفی بهتر از استفاده به تنهایی از الگوریتم ژنتیک است، مخصوصا زمان انقباضات رحمی [۲۴].

در سال ۲۰۰۱، Zarzoso از روش فیلتر وقفی با سه کانال برای دستیابی به FECCG استفاده کرد که به علت وجود نوپز زیاد از قبیل نوپزهای ماهیچه ای نتوانست به نتایج مطلوبی دست یابد. وی نشان داد روش ICA نسبت به فیلتر وقفی بهتر عمل می کند [۲۵].

در سال ۲۰۰۴، Shao از Partition-based weighted sum filter [۲۶] و در سال ۲۰۰۷، Martens از Least square fitting را برای دستیابی به FHR استفاده کرده است [۲۷].

این نکته قابل ذکر است که در این دست مقالات به علت تعدد پایگاه داده های مورد استفاده، چه داده های شبیه سازی شده و چه داده های طبیعی، غالبا نتایج مقالات قابل مقایسه نیستند. پایگاه داده های مورد استفاده معتبر، پایگاه هایی هستند که در فصل پنجم بیان خواهد شد؛ ولی نویسندگان به کرات از پایگاه داده هایی استفاده نموده اند که توسط خودشان اخذ شده است. از طرفی در تعداد زیادی از مقالات نتایج به صورت چشمی مورد تایید قرار گرفته و معیار کمی مناسبی به علت نبود سيگنال مرجع (در داده های طبیعی) ارائه نشده است. معیار مورد استفاده در این پایان نامه در فصل بعدی بیان می شود.

۴-۱ هدف پروژه

در این پروژه سعی می شود، سیگنال FECCG با کیفیت بهتری نسبت به روش های قبلی بدست بیاید. کیفیت FECCG استخراج شده از سیگنال ضبط شده از پوست مادر، به عوامل مختلفی بستگی دارد. میزان نویز، زمان بارداری، وضعیت جنین و ... عوامل مختلفی هستند که می توانند استخراج FECCG را با مشکل مواجه کنند. در این پروژه سعی بر آن است تا FECCG با وجود نویز زیاد استخراج شود. علاوه بر نرخ ضربان قلب جنین، اطلاعات دیگری نظیر طول قطعه ی ST در سیگنال قلب جنین از اهمیت ویژه ای در تشخیص بیماری ها برخوردار است. بنابراین در این پروژه حتی لامکان از روش هایی استفاده می شود که کمترین تخریب را روی سیگنال FECCG داشته باشند.

مسئله ی دیگری که در این پایان نامه به آن پرداخته خواهد شد، جداسازی سیگنال جنین به صورت بر خط است. برای جداسازی بر خط تاکنون تلاش های اندکی در زمینه FECCG صورت گرفته است که شاید علت آن، ناتوانی الگوریتم ها در جداسازی کامل سیگنال جنین از مادر است. اهمیت جداسازی بر خط علاوه بر پیاده سازی، در پایش های طولانی مدت، آشکار است.

بنابراین در فصل دوم به بررسی روش های مختلف پایش قلب جنین، فعالیت الکتریکی قلب جنین و عوامل تاثیر گذار در آن می پردازیم. در فصل سوم روش های استفاده شده در این پایان نامه برای جداسازی FECCG بیان خواهیم کرد. در فصل پنجم به جداسازی FECCG به روش پیشنهادی به ترتیب به صورت برون خط و بر خط می پردازیم. در فصل آخر نیز مطالب گفته شده را جمع بندی خواهیم کرد.

۵-۱ جمع بندی

در این فصل ابتدا مسئله تشریح شد و پس از آن به طور خلاصه به بررسی روش های جداسازی سیگنال ECG جنین از مادر پرداختیم. مقالاتی که در این زمینه ارائه شده است را نیز بطور خلاصه مورد بررسی قرار دادیم. همانطور که ملاحظه شد این مسئله حدود ۴۰ سال پیش مطرح شده است و هنوز تحقیقات در این زمینه ادامه دارد. بعضی از روش های ارائه شده به علت عدم کارایی در سال های اخیر مورد توجه محققان نبوده است. در فصل های آینده به پیاده سازی روش هایی می پردازیم که کاملاً جدید بوده و یا به علت کارایی آنها هنوز مورد توجه محققان است.

فصل دوم

روش های پایش فعالیت الکتریکی قلب جنین

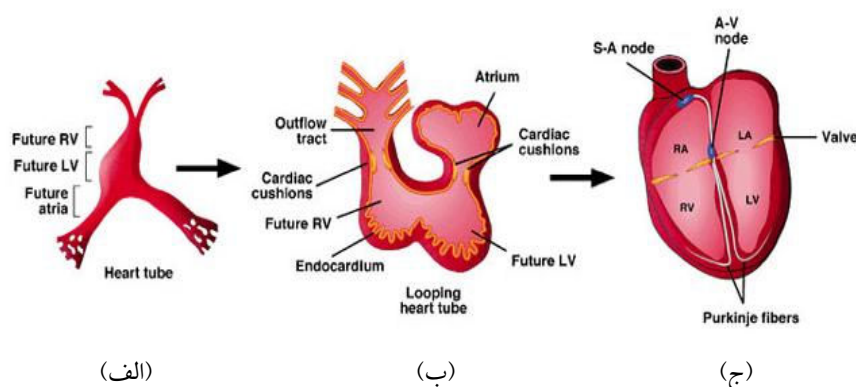
۲-۱ مقدمه

این فصل ابتدا به تشریح فیزیولوژی رشد جنین می پردازیم و عواملی که در دستیابی به FECG مطلوب اثر می گذارند و روش های مختلف پایش وضعیت جنین را بیان می کنیم.

۲-۲ مراحل رشد جنین

قلب از اولین ارگان هایی است که در جنین شکل می گیرد و بحرانی ترین زمان رشد آن از ۳ تا ۷ هفتهگی جنین است. دستگاه قلب و گردش خون رویان (قبل از ۹ هفتهگی حاملگی) از اواسط هفته سوم رویانی (حدود هفته اول حاملگی)، از تکثیر لایه میانی جنینی (مزودرم) پدیدار می شود. در ابتدای پیدایش، دستگاه گردش خون رویان به صورت دو رگ در راستای محور طولی رویان می باشد که به تدریج از سمت داخلی به هم متصل شده و نهایتاً لوله مشترکی را تشکیل می دهند که همان قلب اولیه است. در این زمان رویان ۲۲ روزه است و هنوز حضرات چهارگانه قلب بوجود نیامده اند. از این زمان قوس قلبی، که نقش اصلی را در ایجاد حضرات قلب بر عهده دارد، شروع به تشکیل می کند و در یک رویان ۳۰ روزه، قوس قلبی کامل شده است. همانطور که می دانیم پس از تولد قلب از ۴ حفره تشکیل شده، دهلیزهای چپ و راست در بالا و بطنهای چپ و راست در پایین و دهلیز راست با بطن

راست از طریق دریچه میترال و دهلیز و بطن چپ از طریق دریچه سه لتی در ارتباط هستند و میان دهلیزها باهم و بطنها باهم دیوارهای قرار دارد. در زمان قبل از تولد دهلیزها باهم از طریق سوراخ بیضی^۱ بصورت طبیعی در ارتباطند که برای حیات جنین، لازم است.



شکل ۱-۲ مراحل رشد قلب جنین [۲۸] (الف) دستگاه گردش خون رویان در ابتدای پیدایش قلب جنین که به صورت دو رگ در راستای محور طولی رویان می‌باشد (ب) قلب اولیه جنین (ج) قلب جنین پس از تکمیل قوس قلبی و ایجاد دهلیزها

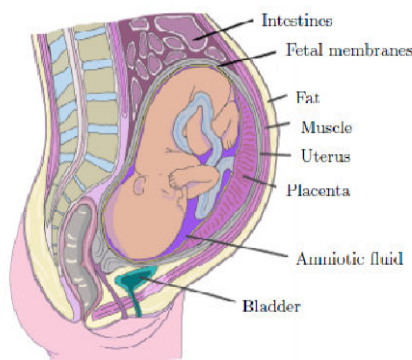
در واقع، قلب از ۳ هفتگی شروع به پمپ خون در دستگاه گردش خون جنین می‌کند. مدت کوتاهی پس از شکل گیری چشم، گوش و تنفس، می‌توان قلب جنین را در ۷ تا ۹ هفتگی توسط دستگاه تصویر برداری اولتراسوند پایش کرد که البته تصویری مبهم خواهد بود [۲۹]. در ۶ هفتگی فعالیت مغزی نیز شروع می‌شود. در ۱۲-۱۴ هفتگی ماهیچه‌ها شروع به شکل گرفتن می‌کنند. در ۲۰ هفتگی، جنین، ضربان قلبی در حدود ۱۲۰ تا ۱۶۰ بیت در هر دقیقه دارد که قابل شنیدن است. سیگنال‌های ECG, MCG که حاوی اطلاعات زیادی از مورفولوژی سیگنال قلب جنین هستند؛ می‌توانند در ۱۸ تا ۲۰ هفتگی ضبط شوند [۳۰]. چنانچه جنین در ۲۳-۲۴ هفتگی نیز متولد شود، با وجود تکمیل دستگاه تنفسی اش در ۲۶ هفتگی، امکان زندگی کردن دارد. زمان متداول برای تولد جنین تا ۴۰ هفتگی است [۳۱].

۱-۲-۲ لایه‌های اطراف جنین

جنین توسط لایه‌های مختلفی در شکم مادر احاطه شده است. این لایه‌ها هدایت الکتریکی متفاوتی دارند. بیشترین و کمترین هدایت مربوط به ماده آمونیا تیک^۱ و ورنیکس کازئوزا^۱ است. ورنیکس کازئوزا لایه عایق پنیری شکلی است که در اواخر دوران بارداری برای محافظت پوست ظریف جنین از آلودگی‌های محیط و تسهیل تولد او

^۱ Foramen Ovale

شکل می گیرد. البته چربی های زیرپوستی نیز هدایت الکتریکی کمی دارند. هدایت الکتریکی نسج ماهیچه ای تقریباً ۱۰ برابر چربی های زیرپوستی است [۳۲]. به تمامی این لایه ها "حجم هدایت کننده"^۳ گفته می شود. هدایت الکتریکی حجم هدایت کننده در طول زمان بارداری تغییر می کند. به خصوص در ۲۰ هفته دوم بارداری، به علت شکل گیری لایه ورنیکس کازئوزا از هفته ۲۸ تا ۳۲ و هدایت الکتریکی کم این لایه، ضبط ECG و MCG که در همین زمان ممکن است با مشکل مواجه خواهد بود [۳۳]. این لایه در هفته ۳۷ تا ۳۸ به آرامی از بین می رود. شکل (۲-۲) لایه های مختلف را نشان می دهد. این لایه ها اصلی ترین لایه هایی هستند که می توانند پتانسیل مربوط به قلب جنین که از سطح بدن اندازه گیری می شود را تحت تاثیر قرار دهند.



شکل ۲-۲ لایه های مختلف اطراف جنین. لایه ورنیکس کازئوزا روی پوست جنین ایجاد می شود. [۳۴]

۲-۲-۲ وضعیت جنین

در دومین دوره سه ماهه بارداری جنین وضعیت خاصی ندارد. ولی در اواسط دوره سوم وضعیت جنین به صورت سرپایین^۴ است. البته وضعیت های دیگری نیز برای جنین قابل تصور است (۵ حالت). وضعیت جنین بر سیگنال های ضبط شده از الکتروود تاثیر می گذارد [۳۴]، شکل (۲-۳) بیانگر حالات مختلف قرارگیری جنین است.

¹ Amniotic fluid

² vernix caseosa

³ volume conductor

⁴ vertex presentation