週間進捗報告

権藤陸

2022年4月20日

1 進捗

指定していただいた論文について, 分からないことを調べながら約半分まで読み進めた.

2 論文の内容・調べたこと

2.1 背景・課題

腹部表面電極から得られる非侵襲的胎児心電図(NI-FECG)は、胎児心活動の長期モニタリングを可能にすることで、出生前医療に新たな診断の可能性を提供する. しかし、NI-FECG 信号は多くの干渉源、特に母体心電図 (MECG) によって妨害される.

本論文執筆時点での NI-FECG の研究の課題は 2 つあった。 1 つ目は,SNR が低い/変動するシナリオにおいて,NI-FECG の品質をどのように定量化できるか。 2 つ目は,誤検出を含むセグメント/チャンネルが存在する場合,複数の NI-FECG チャンネルの情報をどのように融合させることができるか,であった.

2.2 目的

胎児心電図のデータ推定を改善する. そのための革新的な評価指標として, 新たなアルゴリズムと分類器を 開発した.

2.3 データのアノテーション

提案手法の訓練と検証のために、大規模な注釈付き個人臨床データセットを使用した. 具体的には、107人の単生児の妊婦から得られたマルチチャネルのデータ 259 個である.

信号品質のアノテーションについては、腹部の 7 チャネルから等距離の 5 秒間のセグメントを 5 つ抽出し、合計 9065 セグメントに対して行った。FECG の振幅は 4 つのクラスに、SNR レベルについては 5 つのクラスに分類した。また、観察者内 (intra-observer) 信頼性と観察者間 (inter-observer) 信頼性の評価のために、500 セグメントのサブセットが用いられた。

胎児の QRS 波に対するアノテーションは 1 人の専門家によって行われ、さらに 2 人の専門家により個々の FQRS(Fetal QRS) と MQRS(Maternal QRS) の位置が修正された.

人間による信号品質の評価のほかに、図1に示すようなSQIメトリクスを用いることで、信号品質の評価

の自動化が可能である.

Cat.	SQI	Mult.	Description	Reference
Time	stdSQI	Х	standard deviation of signal, i.e. $stdSQI = std(x(t)) = \sqrt{E\left[(x(t) - \overline{x}(t))^2\right]}$	[10], [7] (other moment)
	sSQI	X	third moment (skewness) of signal, i.e. $sSQI = \frac{E\left[\left(x(t) - \overline{x}(t)\right)^3\right]}{std(x(t))^3}$	[10], [7]
	kSQI	X	third moment (skewness) of signal, i.e. $sSQI = \frac{E\left[(x(t) - \bar{x}(t))^3\right]}{std(x(t))^3}$ fourth moment (kurtosis) of signal: $kSQI = \frac{E\left[(x(t) - \bar{x}(t))^4\right]}{std(x(t))^4}$	[10], [7]
Frequency	pSQI	×	relative power in the FQRS complex: $pSQI = 1 - \int_{0}^{15} \frac{Hz}{Hz} X(f) ^2 df / \int_{0}^{45} \frac{Hz}{Hz} X(f) ^2 df$, where $X(f) = \mathcal{F}(x(t))$ is the Fourier transform of $x(t)$. Differently from [10], the inverse of the power was applied to represent MQRS suppression.	[10], [7] (inversed)
	basSQI	×	relative power of baseline (bandwidth modified to $[0,3]$ Hz to include most of the uterine contraction artefacts), i.e. $basSQI = 1 \int_0^3 \frac{Hz}{Hz} X(f) ^2 df / \int_0^{100} \frac{1}{Hz} X(f) ^2 df$	[10], [7] (modified band)
Detection-based	bSQI	Х	percentage of beats commonly detected by two different QRS detectors. This metric is nothing more than an accuracy measure between those detectors. In this work F ₁ metric [6] is used.	[10], [7], [26]
	iSQI	1	percentage of beats detected on current lead that were detected on all other leads.	[10], [7]
	rSQI	×	regularity of obtained FQRS intervals $rSQI = 1 - N_{out}/N_d$, where N_{out} is the number of outliers ($FHRV > 30$ bpm) and N_d the total number of detections in the segment	[6], [17]
	cSQI	×	morphology conformity measure for FQRS similarity. Negative correlations were set to zero.	this work, (based on [4])
	xSQI	X	extravagance of FQRS peaks compared to its surroundings.	this work, (based on [4])
FECG-specific	mxSQI	1	analogous to $1-xSQI$ considering the amplitude of MECG complexes residuals (100 ms window around MQRS reference annotations of ± 50 ms) in comparison with surrounding extracted abdominal signals.	this work
	mpSQI	1	relative spectral power of the first five harmonics of the MHR $(mpSQI_a)$ or all harmonics in the interval $[0.5,10]$ Hz $(mpSQI_b)$.	this work, (based on [27])
	mcSQI	1	spectral coherence calculated between available signals. Two variants applied: $mcSQI_a$ uses MECG and FECG (0-100 Hz) and $mcSQI_b$ abdECG and FECG (60-100 Hz) as previously explained.	this work
	miSQI	1	similar to $iSQI$ between current FQRS detection and MQRS reference: $miSQI=1-iSQI_{MQRS,FQRS}$, aims at exposing falsely detected MQRS residuals.	this work

[&]quot;Cat." refers to category and "Mult." to the method requiring multiple channels or not (including MECG chest lead). Except for the time domain metrics, all other output belong to $\mathbb{R} \in [0, 1]$. For implementational details please refer to the open-source code [12].

図1 SQIメトリクスの要約

2.4 手法

• 単純ベイズ分離器

ベイズの定理から,ある結果が与えられた時の原因推定を事後確率の形で求め,その値を用いて分類を 行う.シンプル故に,高速な訓練が可能という利点がある一方,各特長量が独立であるという仮定が必要となる.

• カルマンフィルタ

時刻ごとに対象の状態推定と観測を繰り返し、複数の不確かな情報からより正確な状態を得ることを目的とする。カルマンフィルタによる状態の補正では、カルマンゲインと呼ばれる値が計算され、この値はどれだけ強く補正をかけるかを意味する。

2.5 医学的用語

• 胸部誘導

最も一般的な心電図の検査法として、定められた 12 方向から記録を行う 12 誘導心電図検査が挙げられる. その誘導法には四肢誘導と胸部誘導がある.

• 特異度

患者が実際には病気にかかっていない場合に、検査結果が陰性になる確率. (特異度) = (真陰性の人数)/(病気でない人数) で表される.

• 黄金律 (Gold-Standard)

標準基準,参照基準とも呼ばれ,診断や評価の精度が高いものとして広く容認された手法のこと.

• QRS complex(QRS 群)

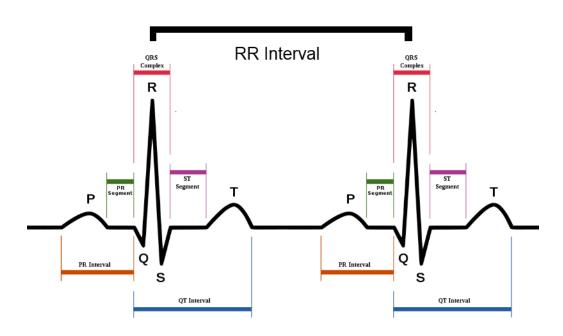


図 2 QRS complex [1]

3 疑問

- "clinical acceptability" (in [2])
- "false alarm reduction" (in [3])
- "lead"と"derivation"の違い
- "coherent average"

4 今週の計画

- 解決していない疑問について調べる.
- 論文を読み進める.

参考文献

[1] ResearchGate, [Online].

 $A vailable: \verb|https://www.researchgate.net/figure/The-illustration-of-QRS-complex_fig1_260157313|$

- [2] I. Silva et al., "Improving the quality of ECGs collected using mobile phones: The physionet/computing in cardiology challenge 2011," in Proc. 2011 Comput. Cardiol., 2011, pp. 273-276.
- [3] G. D. Clifford *et al.*, "False alarm reduction in critical care," *Physiol. Meas.*, vol. 37, no. 8, pp. E5-E23, 2016.