多通道ECG测量方法的改进与运动补偿研究(题目未定，之前的题目）

# 1. 绪论

## 1.1 课题的研究背景与意义

心电图(Electrocardiogram)记录了心脏的电生理活动。它的原理是，在心跳时，心肌细胞的去极化过程引起了体表的电势变化，使用电极将这个电势变化信号记录下来就形成了心电图。它能用于诊断心脏节律异常以及电传导组织的异常。心电信号测量是一种非侵入式测量，能适用于孕妇等特殊人群。

另外，心电信号也能用于测量心率、心室位置、大小的估算、心肌组织的损伤、心电传导组织的受损、心脏药物影响、植入式起搏器的功能等。

动态心电图(Ambulatory Electrocardiogram)是指在测量对象在行走或进行其他日常活动时测量到的心电变化。测量对象需要随身携带一个可穿戴式的测量设备，连续测量几小时甚至几天的心电信号。这种测量方式常用与心律不齐患者或者需要实时监控生理指标的人，部分心律不齐患者发病的持续时间是秒级或分钟级的，需要长时间连续测量才能捕捉到。另外，类似孕妇或者严重心脏病症患者，需要对心电信号实时监控以便及时发现病症，可以在动态心电监测设备上增加无线数据传输模块以使得到信息能及时反馈给医生。

本文主要介绍一种可穿戴式心电心音采集设备的设计与开发，并提出一种心电信号中运动伪像的消除算法，目标是通过硬件和算法设计是的在运动状态下获取到高质量的心电信号。

## 1.2 国内外研究现状

### 1.2.1 可穿戴式心电监测

（给出采集设备的结构图）

动态心电测量设备在20世纪50年代被发明出来并很快就成功商业化。最近几十年里，动态心电监测技术快速发展，常用于检测各种致命或非致命的心律不齐问题，能为临床决策提供了指导。例如心房颤动，它是最常见的心律不齐病症，特别容易出现在老年人和心力衰竭病人身上，某些突发性的心房颤动发作是没有症状的，但是它的发作往往会对临床决策很大的造成影响，通过实时ECG信号分析能检测心房颤动的发作，从而辅助医生决策(Rosero, Kutyifa, Olshansky, & Zareba, 2013)。查看24~48小时的连续ECG信号是十分耗时的，医生常借助软件工具分析心电信号，例如在采集设备上可以运行一些简单程序计算实时心率值、心率变异性以及病人日常活动分析等。另一些高级的算法分析过程可以在计算机上离线分析ECG信号，用于进行频谱分析、缺血负荷估计、P-QRS-T各区段形态分析等，也可用于检测植入式心脏起搏器的功能。

这几十年来，动态心电监测技术随着电子科技一同发展。测量的通道数从单通道测量发展到12通道测量，出于方便使用的角度考虑，未来的发展趋势将是1~3通道信号的同步测量；存储媒介变小、耗电量降低储能设备的发展，减小了设备体积并增长持续工作时间，使得设备更有利于在日常生活中的心电信号监控；液晶显示器和智能终端能实时查看心电信号的波形。现在的动态心电测量设备的连续工作时间通常是24~48小时，必要的时候可以达到数周连续测量；通过使用电子液晶屏或者手机等终端，可以实时查看到心电信号波形。另外，由于互联网、Wi-Fi、蜂窝网络和宽带传输的出现，也将心电测量技术推向物联网的大门，通过无线技术和网络技术将测量信号实时传输到医生处，随时随地都能得到专业的诊断。而近几年移动物联网的兴起，也推动了可穿戴技术的广泛应用。市面上出现了像卡片、吊坠、手环外形的智能检测设备，依靠智能强大的处理性能，可以代替医生的部分职能，进行简单的即时诊断。借助智能终端这一平台，大量的非侵入式传感器将得到广泛使用，对未来全球健康领域带来巨大的贡献(Kennedy, 2013)。

例如在文献中提出的 (000278538300023.pdf) 轻量级、低功耗的ECG测量设备，无线连接到手机，实现随时随地采集信号，测量设备内置专家预警系统，实时将ECG信号通过蓝牙传输到手机、笔记本电脑等采集设备，将信号交给专家系统处理，如果发现异常则警告信号发送给远端的数据库服务，从而让医生通过联网的监控软件及时查看到病人的异常ECG信号。该专家系统能实时检测5种心电节律异常，包括窦性心搏过速、窦性心搏过缓、宽QRS波群、心房颤动和心脏停搏。当病症发生时能出发紧急的医疗警报系统。临床试验证明该系统的准确性接近94%，试验中测试了10个正常病人和20个心律失常患者。本文提出未来能该类似名片尺寸的ECG测量设备，与手机配套工作，以便提供方便使用的心脏保护服务。

(1-s2.0-S000368701100130X-main.pdf) 本文比较了4种用于检测心率和ECG信号的移动设备，比较了它们的可用性和老年人的接收程度。结论是，很多高科技产品的设计和开发都是针对对高科技接收程度较高的年轻人，所以很多老年人用起来都觉得不方便。希望产品设计和开发的时候能更针对老年人的特殊需求和接收新事物的能力。

### 1.2.3 心电信号的噪声和伪像消除

心电信号采集到的波形与实际波形存在差异，引起差异的原因主要有两方面：一方面是外界噪声引起干扰，例如电网产生电磁波引起的工频干扰；另一方面是由于测量设备、测量方法引入的伪像，例如使用干电极测量ECG时容易受到造成运动伪像，以及在无线传输时由于丢失数据包引起的心电伪像等。

噪声干扰主要包括工频干扰、基线漂移和肌电信号干扰。工频干扰常用截止滤波器消除，抑制50Hz或60Hz的工频信号；基线漂移可以使用高通滤波器消除；肌电信号与心电信号的频谱分布相重叠，不能用频谱滤波的方法来消除，可以借助主成分分析（PCA）和独立成分分析（ICA）等统计学方法来消除。

心电信号中的伪像大多是运动伪像。使用干电极测量的信号往

消除使用的参考信号：运动、皮肤阻抗、皮肤伸展（光电测量），

(05556547.pdf) 低功耗应用层解决方案，结合无线协议消除由于传输丢包造成的心电伪像。通过算法，在丢包率20%的时候仍能保持大于99%的心跳检测准确率。传感器伪像消除还包括了基线漂移和工频干扰的消除。最后提出了定性定量的系统评估。信号传输的时候结合压缩感知。

评价指标

(SilvaTBE12.pdf) 在重症监护情景下的基于多通道自适应滤波器的信号质量估算。信号质量的估算是自动化处理过程中的很重要的一个初始步骤，本文提出了一种通用的逐点的信号质量指标，基于多通道自适应预估，不依赖于对信号波形特定的形态学特征提取。本算法可用于对PPG(photoplethysmograms)、ABP(arterial blood pressure)和ECG信号，能计算出与信噪比单调相关的SQI值，前提是噪声为加性高斯噪声。提出了一个ROC(receiver-operating-characteristic)曲线分析的概念。

(06713481.pdf) 开源java软件包，提供R峰提取、[Signal quality index]、心房颤动检测和心室颤动检测。

(06862843.pdf) 识别出可穿戴传感器上采集到的非法信号是十分重要的，应为移动情况下采到的信号会比静止状态下采集到的信号更多噪声。本文提出一种信号质量指标，用于评估可穿戴设备测量的ECG或PPG信号是否能计算出可靠的心率值。文中使用人工标定数据检验算法。另外，本文提出了两种SQI（signal qulity index）的应用，一个是用于触发低功耗策略，另一个是用于降低PPG估计呼吸频率的误差，这两种应用都与实验室静态采集的数据进行了比较。

1.3 我打算怎么做

2. 运动补偿问题描述？

2.1 产生的原因

2.2 信号的特性

3. 信号采集设备开发

小论文内容，扩展。

4. 算法实现

ICA 自适应滤波器

5. 算法验证

P-QRS-T波群提取 1.Pandia, K., Ravindran, S., Cole, R., Kovacs, G. & Giovangrandi, L. Motion artifact cancellation to obtain heart sounds from a single chest-worn accelerometer. in 2010 IEEE International Conference on Acoustics Speech and Signal Processing (ICASSP) 590–593 (2010). doi:10.1109/ICASSP.2010.5495553

6. 总结

Kennedy, H. L. (2013). The Evolution of Ambulatory ECG Monitoring. *Progress in Cardiovascular Diseases*, *56*(2), 127–132. http://doi.org/10.1016/j.pcad.2013.08.005

Rosero, S. Z., Kutyifa, V., Olshansky, B., & Zareba, W. (2013). Ambulatory ECG Monitoring in Atrial Fibrillation Management. *Progress in Cardiovascular Diseases*, *56*(2), 143–152. http://doi.org/10.1016/j.pcad.2013.10.001